

فصلنامه فناوری های جدید در صنعت غذا، دوره ۹، شماره ۳، صفحه ۲۸۷-۲۶۹، بهار ۱۴۰۱

مقاله پژوهشی

الکتروریسی سینامالدهید در نانوالیاف کیتوزان/پلیکاپرولاکتون: بررسی ویژگیهای فیزیکومکانیکی، ساختاری و ضدمیکروبی جهت اهداف بستهبندی زیستی مواد غذایی

آرزو قزاقی'، سید فخرالدین حسینی'*، مسعود رضائی^۳

۱. دانشآموخته کارشناسیارشد، گروه فر آوری محصولات شیلاتی، دانشکده علوم دریایی، دانشگاه تربیت مدرس، نور ۲. دانشیار، گروه فر آوری محصولات شیلاتی، دانشکده علوم دریایی، دانشگاه تربیت مدرس، نور ۳. استاد، گروه فر آوری محصولات شیلاتی، دانشکده علوم دریایی، دانشگاه تربیت مدرس، نور

چکیدہ

توسعه نانوالیافهای الکتروریسی ضدمیکروبی یکی از جدیدترین رویکردها در زمینه بستهبندی زیستی مواد غذایی است. در مطالعه حاضر، نانوالیافهای ضدمیکروبی جدید بر پایه کیتوزان (CS)/پلی کاپرولاکتون (PCL) حاوی سینامالدهید (CN) در سه سطح مختلف (۵، ۵ و ۱۰٪، وزنی/وزنی) از طریق روش الکتروریسی ساخته شده و ویژگیهای محلولهای الکتروریسی و مطالعه حاصله مورد بررسی قرار گرفت. میکروسکوپ الکترونی نشر میدانی، FE-SEM، نشان داد نانوالیافهای الکتروریسی و یوند دارای جهتگیری خوب، بدون گره و دارگی سطح صاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. فعل و انفعالات فیزیکی و پیوند دارای جهتگیری خوب، بدون گره و دارای سطح صاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. فعل و انفعالات فیزیکی و پیوند دارای جهتگیری خوب، بدون گره و دارای سطح صاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. فعل و انفعالات فیزیکی و پیوند میدروژنی بین LS/PCL و CS/ توسط طیفسنجی مادون قرمز با تبدیل فوریه، FTIR، تأیید شد. این نانوالیافهای هیبریدی مدر و رفایل بخار آب، CS/CIN(10%) بالی کار (L10%) الکار (L10%) مکان (CS/CIN(10%)) و دارای سطح معاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. فعل و انفعالات فیزیکی و پیوند دارای جهتگیری خوب، بدون گره و دارای سطح صاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. فعل و انفعالات فیزیکی و پیوند میدروژنی بین (CS/CIN(10%)) از شان دادند و عملکرد مطلوبی هیدروژنی بین (CS/CIN(10%)) محار کار (CS/CIN(10%)) و انشان دادند و عملکرد مطلوبی معاد بخار آب، ۹۷۷، به نمایش گذاشتند. بررسی الگوی رهایش ۲۱۵ در محیط برون تنی نیز نشان داد که در پایان ۹۶ ساعت، بیشتر ۲۱ موجود در نانوالیافهای SC/CIN(10%) ماند (۲۰۷–۲۰/۲٪) که نشان داد که در پایان ۹۶ ساعت، بیشتر تا موجود در نانوالیافهای الکتروریسی حاوی بیشترین غلظت ۲۱۵ (CS/CIN(10%)) مانوالیافهای الکتروریسی مانو را به منهای می می باشد. به علاوه، نانوالیافهای الکتروریسی حاوی بیشترین فالیا داوند و عملکرد مطلوبی اسعت، بیشتر مای موجود در نانوالیافهای SPCL داری مانوالیافهای الکتروریسی حاوی بیشترین خان (CS/CIN(10%)) مانوالیافهای الکتروریسی مانوالیافهای الکتروریسی حاوی بیشترین غلظت ۲۱۵ (CS/CIN(10%)) که نشان داد در یانوالیافهای الکتروریسی مانوالیافهای الکتروریسی حاوی بیشترین غلظت ۲۱۵ (CS/CIN(10%)) مانوالی فالی دانوالیافهای الکتروی مانوالیافهای ماول خروی مانوالیافهای ماینوالی ماول

واژههای کلیدی: الکتروریسی؛ کیتوزان؛ پلیکاپرولاکتون؛ سینامالدهید؛ نانوالیافهای الکتروریسی؛ بستهبندی ضدمیکروبی

* نویسنده مسئول:hosseinisf@modares.ac.ir

۱. مقدمه

ساخت مواد بستهبندی ضدمیکروبی پیشرفته برای جلوگیری و/یا کنترل شیوع بیماریهای عفونی غذازاد و درنتیجه ارتقای کیفیت و افزایش ماندگاری غذاهای بستهبندی شده برای صنعت مواد غذایی ضروری است [۱]. در این راستا، مواد ضدباکتریایی علاقهمندی فزایندهای بهمنظور هدف قرار دادن باکتریهای بیماریزا در زندگی روزمره و محافظت از سلامت انسان به دست آوردهاند [7]. ترکیبات ضدمیکروبی طبیعی، بهویژه اسانسهای گیاهی'، توجه خاصی را در توسعه مواد بستهبندی جدید به خود جلب كردهاند، زيرا ممكن است بر تكامل مقاومت ضدباكتريايي غلبه نمایند [۳]. همزمان، اسانسهای گیاهی به دلیل اثر نرمکنندگی و خاصیت آبگریزشان، بهمنظور بهبود ویژگیهای مکانیکی، سدی و حرارتی در ماتریسهای یلیمری گنجانده شدهاند [۴]. خواص ضداکسیدانی و ضدمیکروبی اسانسهای متعددی از جمله آویشن، میخک، رزماری، پونه کوهی، مریم گلی و مرزه بر طیف وسیعی از باکتریها به اثبات رسیده است [۵]. یکی از این ترکیبات ضدمیکروبی، سینامالدهید^۳ حاصل از روغن اساسی دارچین^۴ است که ۷۵-۴۰٪ کل آن را تشکیل میدهد و بهعنوان افزودنى طعمدهنده به مادهغذايي توسط سازمان غذا و داروى آمریکا^۵ مورد تائید قرار گرفته است [۶]؛ سینامالدهید عملکرد مناسبی در برابر باکتریهای گرممثبت و گرممنفی مضر از خود نشان داده است [۷]. با این وجود، اسانسهای گیاه به حرارت و یا اکسیژن حساس هستند و ممکن است طی فرآیندهای حرارتی معمول تخریب شوند؛ بنابراین، نمی توان آنها را مستقیماً طی شیوههای معمول فرآوری که برای مواد بستهبندی پلیمری اعمال می شود، ترکیب کرد [٨]. بهعنوان یک جایگزین قابل قبول، انتخاب فناوری كپسولهكردن بهمنظور كاهش از دسترفتن فعاليت ضدمیکروبی در طول تشکیل فیلم یا توسعه ساختار بستهبندی ضروری است [1]. در این راستا، نانوکپسوله کردن

مواد ضدمیکروبی میتواند غلظت مواد زیستفعال را در مناطق غذایی (بهعنوان مثال، فازهای غنی از آب یا فصل مشترک مایع- جامد) که ترجیحاً میکروارگانیسمها در آن قرار دارند، افزایش دهد و همچنین دوام خاصیت ضدمیکروبی آنها را افزایش دهد [۹]. الکتروریسی⁷ (ES) یک شیوه كپسولهكردن اميدواركننده است كه توليد الياف پليمري چندمنظوره را در مقیاسهای میکرو و نانومتری با نسبت سطح به حجم بالا، ساختار بسیار متخلخل و خواص مکانیکی برتر تسهیل میکند [۱۰]. اگرچه فناوری ES برای به دست آوردن الیاف برای اهداف پزشکی (بهعنوان مثال، سیستمهای دارورسانی و مهندسی بافت) بهخوبی استفاده شده است [۱۱]، استفاده بالقوه آن در بستهبندی فعال مواد غذایی كمتر مورد بررسي قرار گرفته است. نانواليافهاي الكتروريسي مزایای متعددی نسبت به فیلمهای بستهبندی پلیمری دارند: اولاً، فناوری ES میتواند نانوالیافها را در دمای اتاق تولید نماید در حالی که فیلمهای بستهبندی معمولاً در دماهای بالا تهیه می شوند [۱۲]؛ عدم وجود دماهای بالا در طول فرآیند ES، این شیوه را برای محصور کردن ترکیبات فرار زيستفعال بسيار مفيد مي كند. ثانياً، نانواليافها به تغييراتي مانند دما و رطوبت نسبی حساس هستند که باعث رهایش قابل تنظیم مواد زیستفعال می شود. ثالثاً، استفاده از یک فرآیند حرارتی زیر دمای ذوب (T_m) پلیمر، فرصتی را برای ساخت پیوسته لایهها در کاربردهای بستهبندی فراهم میکند [۱۳]. چهارم، در مقایسه با فیلمهای معمولی، نانوالیافهای الکتروریسی مزایای خاصی برای تولید مواد بستهبندی مواد غذایی از جمله عدم تأثیر منفی بر انعطاف پذیری و ویژگیهای مکانیکی مواد دارند [۱۴].

تا به امروز، نانوالیافهای الکتروریسی از پلیمرهای طبیعی تا مصنوعی یا ترکیبی از آنها تولید شده است [۱۵]. در این میان، کیتوزان (CS) یک زیستپلیمر کاتیونی است که به-دلیل زیستسازگاری بالا، زیستتخریبپذیری، غیرسمیبودن و خواص ضدباکتریایی آن بسیار موردتوجه قرار گرفته است [۴]. با این حال، الکتروریسی CS خالص بهدلیل نیروی دافعه بین گروههای یونی آن یک مسئله چالش برانگیز است [۱۶].

^{1.} Essential oils

^{2.} Plasticizing effect

Cinnamaldehyd
 Cinnamon

^{5.} Food and Drug Administration

^{6.} Electrospinning

binning

مطالعات رهاسازی بود که در آن نانوالیاف حاوی ۵٪ CA مقدار بیشتری از CA مایع (۵۴۵٪ بیشتر) و CA بخار (۲۷۹٪ بیشتر) را نسبت به نانوالیاف حاوی ۰/۵٪ CA آزاد كردند. در مطالعات سميت سلولى وابسته به زمان، فعاليت ضدباکتریایی کیتوزان همراه با رهایش سریع CA نرخ جدید،PCL میباشد که پلیاستری زیست تخریب پذیر و غیرفعال سازی بالایی را در برابر باکتری های *اشر شیاکلی* و لذا هدف اصلی از مطالعه حاضر، دستیابی به نانوالیافهای

ضدمیکروبی بر مبنای کیتوزان (CS)/پلی کاپرولاکتون (PCL) حاوی سطوح مختلف سینامالدهید (۳، ۵ و ۱۰٪، وزنی/وزنی) (CS/CIN/PCL) (CIN) با ویژگیهای مکانیکی برجسته و عملکرد مطلوب در برابر بخار آب از طریق شیوه الکتروریسی است. نانوالیافهای الکتروریسی با استفاده از ابزارهای تحلیلی مختلف مانند ميكروسكوپ الكترونى نشر ميدانى (-FE SEM)، طيفسنجى مادون قرمز با تبديل فوريه ('FTIR)، یراش اشعه ایکس (XRD^{1۲}) و کالریمتری روبشی تفاضلی (DSC^{17}) مشخصه یابی شدند. همچنین، خواص عملکردی نانوالیافهای الکتروریسی حاوی CIN از نظر ویژگیهای مکانیکی، نفوذپذیری در برابر بخار آب و زاویه تماس بهمنظور درک قابلیت بستهبندی این نانومواد مبتنی بر الیاف مورد تجزيهوتحليل واقع شده است. در پايان، روش شمارش كلوني برای ارزیابی فعالیت ضدباکتریایی نانوالیافهای حاوی CIN در برابر دو باکتری مرسوم غذایی، یعنی *لیستریا* مونوسیتوژنز^{۱۴} و *اشرشیاکلی^{۵۱}* مورد استفاده قرار گرفت.

۱.۲. مواد

پلی کاپرولاکتون (PCL) (میانگین وزن مولکولی ۸۰۰۰۰) و کیتوزان (CS) (وزن مولکولی متوسط، درجه استیلزدایی ۸۵–۸۵٪) از شرکت سیگما-آلدریچ (آمریکا) خریداری شدند. كلروفرم، سينامالدهيد (CIN) (درجه خلوص ١٠٠٪) و

- 12. X-Ray Diffraction
- 13. Differential Scanning Calorimetry
- 14. Listeria monocytogenes
- 15. Escherichia coli

بدین منظور، تلاشهای زیادی جهت بهرهمندی از ویژگیهای منحصربهفرد پلیساکاریدها در ترکیب با عملکرد عالى ماكرومولكول هاى مصنوعى مانند پلىكاپرولاكتون (PCL) انجام شده است [۱۷]. یکی از چندمنظورهترین پلیمرها با چشماندازهای عالی برای توسعه مواد زیستی زیستسازگار و مورد تائید سازمان غذا و داروی آمریکا سودوموناس *آئروژینوزا^{: (} ب*ه نمایش گذاشت. می باشد [۱۸]. PCL پلیمری مقرون به صرفه همراه با ویژگیهای مکانیکی عالی و همچنین انعطافپذیری بالا میباشد که بهطور گسترده در اهداف دارویی و زیست پزشکی استفاده میشود [۱۸]. در همین راستا، حسن پور اردکانیزاده و حسینی [19] نانوالیافهای ضدمیکروبی PCL/CS حاوی اسانس پونه کوهی (OEO) را با روش الکتروریسی تهیه کرده و ویژگیهای ساختاری آن را مورد بررسی قرار دادند. تصاویر ميكروسكوپ الكترونى نشر ميدانى (FE-SEM^۲) نشان داد نانوالیافهای CS/PCL دارای جهت گیری خوب با قطر یکنواخت در طول خود بودند. تصاویر میکروسکوپ نیروی اتمی (^۳AFM) نیز حاکی از افزایش زبری سطح نانوالیافها با افزودن OEO در دامنه ۸۴/۶–۸۲/۹ نانومتر بود. این محققان گزارش نمودند نانوالیاف ترکیبی CS/OEO/PCL دارای میزان نفوذپذیری در مقابل بخار آب (WVP) کمتری در مقایسه با فیلمهای تهیه شده به روش قالبگیری بودند. همچنين نانوالياف CS/OEO(5%)/PCL فعاليت ضدميكروبي مطلوبی علیه باکتریهای گرممثبت (*استافیلوکوکوس* اورئوس، لیستریا مونوسیتوژنز[°]) و گرممنفی (س*المونلا انتریتیدیس^{*}، اشرشیاکلی^۲)* نشان دادند. در تحقیقی دیگر، ۲. مواد و روشها سينامالدهيد (CA) بهطور موفقيتآميز به نانوالياف کیتوزان/یلی اتیلن اکساید (PEO) با قطر تقریبی ۵۰ نانومتر بدون استفاده از عامل فعال سطحي ألكتروريسي كرديد [٢٠]. نتایج رزونانس مغناطیس هستهای حالت جامد در تطابق با

- 1. Oregano essential oil
- 2. Field emission-scanning electron microscopy
- 3. Atomic force microscopy
- 4. Staphylococcus aureus
- 5. Listeria monocytogenes 6. Salmonella enteritidis
- 7. Escherichia coli
- 8. Surfactant
- 9. Solid-state NMR

^{10.} Pseudomonas aeruginosa

^{11.} Fourier Transform Infrared Spectroscopy

اسیداستیک نیز از شرکت مرک آلمان تهیه گردید. سویههای باکتریایی شامل *لیستریا مونوسیتوژنز* (ATCC 13932) و *اشرشیاکلی* (ATCC 25922) نیز از انستیتو پاستور آمل تهیه شد.

۲.۲. تهیه نانوالیاف الکتروریسی بر مبنای CS/PCL حاوی سینامالدهید (CIN)

ابتدا محلول کیتوزان (CS) (۱./) بهواسطه ی حل کردن ۱ gr ا پودر CS در In ۱۰۰ مخلوط حلال اسیدفرمیک/اسیداستیک (۵۰:۵۰) تهیه شد [۲۱]. پس از حل شدن CS، گرانول PCL (۶./) به میزان gr ۶ داخل حلال حلوی CS اضافه گردیده و بهمدت ۲ ۲ کاملاً باهم ترکیب حاوی CS اضافه گردیده و بهمدت ۲ ۲ کاملاً باهم ترکیب شدند. سپس سینامالدهید (CIN) در سه نسبت متفاوت (۳، ۵ و ۱۰./) داخل حلال دیکلرومتان حل شده و بهمدت min محلول الکتروریسی اضافه گردید؛ سپس به مدت [۲۱]. در محلول الکتروریسی اضافه گردید؛ سپس به مدت In ۲۰ min محلول الکتروریسی اضافه گردید؛ سپس به مدت ا مراوی همزن مغناطیسی به خوبی مخلوط گردید [۲۷]. در اروی همزن مغناطیسی بهخوبی مخلوط گردید [۲۷]. در ادامه، M ۱ از محلول تهیه شده با سرنگ پلاستیکی ا ۱ ستفاده از پارامترهای بهینه بهدستآمده (ولتاژ ۲۸ KV ، با استفاده از پارامترهای بهینه بهدستآمده (ولتاژ ۲۸ KV ، نرخ جریان M ۱ در ساعت، فاصله سوزن تا جمع کننده mi

۱.۲.۲. مشخصه یابی محلول های الکترور یسی

ویسکوزیته محلولهای الکتروریسی با استفاده از ویسکومتر (Brookfield, Model DV-II + Pro, USA) در دمای محیط (۱۵۵ دور در دقیقه) تعیین گردید. قابلیت هدایت محلولها نیز با استفاده از هدایتسنج (CyberScan, محلولها نیز با استفاده از هدایتسنج (EUTECH PC300, Singapore آیتک و همکاران [11] انجام پذیرفت. ۱۳ ۵ محلول الکتروریسی برای انجام این آزمونها استفاده شد.

۳.۲. سنجش ویژگیهای نانوالیافهای الکتروریسی

۱.۳.۲. آزمون میکروسکوپ الکترونی روبشی نشر میدانی (FE-SEM)

به منظور توصیف ریخت شناسی نانوالیاف های الکتروریسی از میکروسکوپی الکترونی روبشی نشر میدانی (FE-SEM) (MIRA3 TESCAN, Brno, Czech) استفاده شده و میانگین قطر الیاف ها نیز توسط نرمافزار Image J با اندازه گیری تصادفی ۵۰ الیاف تعیین گردید. قبل از تصویربرداری، Agar Sputter Coater, Agar) پوشانده شده و تصویربرداری در بزرگنمایی های مختلف انجام گرفت.

۲.۳.۲ طیفسنجی مادون قرمز با تبدیل فوریه (FTIR)

مشخصهیابی نانوالیافهای CIN ،CS/PCL و نانوالیافهای CS/PCL حاوی CIN بهوسیله طیف سنجی مادون قرمز با Perkin Elmer, Spectrum Version) (FTIR) -۴۰۰ cm⁻¹ در گستره 10.03.06, Waltham, MA, USA به در cm⁻¹ و تفکیک پذیری ¹⁻۴cm انجام گرفت. قبل از آزمون، نمونهها در دسیکاتور حاوی سیلیکاژل به مدت ۳ روز خشک شدند. سپس تکههایی از نانوالیافها با ضخامت MBr بین دو صفحه KBr قرار دادهشده و آنالیز صورت پذیرفت.

.۳.۳.۲ آزمون پراش پر توایکس (XRD)

ساختار بلوری نانوالیافهای تهیه شده با ضخامت ۰/۰۲ میلیمتر با استفاده از دستگاه پراش پرتوایکس (XRD) (Siemens D5000) در دامنه ۲۵ از ۵۰-۲ درجه با زاویه ۰/۰۲ °C/min

.(DSC) آزمون گرماسنجی روبشی تفاضلی (DSC)

بهمنظور بررسی رفتار حرارتی نانوالیافهای تهیه شده، از دستگاه گرماسنج روبشی تفاضلی (F3, 0) DSC-200 F3 از ۱۰ mgr استفاده شد. تقریباً N۰ mgr از نمونههایی که از قبل در دسیکاتور حاوی سیلیکاژل قرار گرفته بودند، درون سلهای آلومینیومی قرار داده شد. نمونهها با سرعت تقریبی ۱۰ مرد اسکن قرار گرفتند. سیکل حرارتی مورد استفاده برای هر نمونه در گستره دمایی ۲۵°۲۵ تا ۴۰۰ و تحت جریان ثابت اتمسفر نیتروژن بود.

۵.۳.۲. سنجش ضخامت و ویژگیهای مکانیکی نانوالیافهای CS/CIN/PCL

مقادیر ضخامت نمونهها با استفاده از ریزسنج دیجیتالی با دقت ۲۰۰۱ mm دقت مونه گردید، بدین ترتیب که ۷ نقطه از هر نمونه برای اندازه گیری انتخاب شد. میانگین مقادیر بهدستآمده برای تعیین میزان مقاومت کششی (^۲ST) و نفوذپذیری در برابر بخارآب (^۲WVP) استفاده شد. خواص مکانیکی نانوالیافها شامل TS و ازدیاد طول تا نقطه پارگی مکانیکی نانوالیافها شامل TS و ازدیاد طول تا نقطه پارگی (^۳ASTM D882-09 طبق آزمون استاندارد 20-482 MMS انجام گرفت [۲۲]. ابتدا نانوالیافها به مدت h ۸ در رطوبت گرفت [۲۲]. ابتدا نانوالیافها به مدت h ۸ در رطوبت عرفت [۲۲]. ابتدا نانوالیافها به مدت h ۸ در رطوبت پردت (۲۲]. ابتدا نانوالیافها به مدت h ۸ در رطوبت کرفت (۲۲]. ابتدا نانوالیافها به مدت h ۸ در رطوبت مونه آزمون، نمونهها بردستگاه یونیورسال با سرعت mm/min تحت بار N ۰۵ نیوتن تحت کشش قرار گرفتند. حداقل ۳ تکرار برای هر نمونه انجام و میانگین اعداد حاصله ± انحراف معیار برای هر نمونه گزارش گردید.

۶.۳.۲. سنجش خواص فیزیکی نانوالیافهای CS/CIN/PCL

۱.۶.۳.۲. نفوذپذیری در مقابل بخار آب (WVP)

میزان WVP نانوالیافها طبق استاندارد ASTM E96 انجام گرفت [۳7]؛ بدین منظور درون سلهای اندازه گیری نفوذپذیری، In ۱۰ آب مقطر اضافه شد. سپس بهوسیلهی چسب گریسسیلیکون، سطح سلها (با قطر دهانه ۳۳ ۳۰) با نانوالیافها پوشانده شده و سلها درون دسیکاتور حاوی سیلیکاژل قرار گرفتند. اختلاف رطوبت در دو سمت نانوالیافها در دمای 2° ۲۵ اختلاف فشار بخاری معادل نانوالیافها در دمای 2° ۲۵ اختلاف فشار بخاری معادل فواصل زمانی ۲ ۲ ایجاد میکند. تغییرات وزن سلها در فواصل زمانی ۲ ۲ طی ۲ ۱ با استفاده از یک ترازوی دیجیتال با دقت ۲ ۲۰۰۰۱ اندازه گیری شد. سپس با رسم منحنی تغییرات وزن سل نسبت به زمان، یک خط راست حاصل شد (۳۹–(-27). در ادامه WVP (۲۰۹۰ (۲۹ می

- 2. Water vapor permeability
- 3. Elongation at break

WVP طبق رابطه (۲–۱) اندازه گیری گردید. در این رابطه wVP نفوذپذیری نسبت به بخار آب برحسب wVP i مشید نشوذپذیری نسبت به بخار آب (از تقسیم شیب خط کشیده شده بر سطح فیلم به دست میآید)، L میانگین ضخامت نمونه (mm) و ΔP اختلاف فشار بخار درون و بیرون سل معادل I^{*} میاشد.

$$WVP = \frac{WVTR \times L}{\Delta P}$$
(1)

۱.۶.۳.۲ سنجش میزان آبدوستی/آبگریزی

به منظور مطالعه میزان آب دوستی/آب گریزی نانوالیاف های الکتروریسی، زاویه تماس⁴ سطح نانوالیاف با روش قطره چسبنده^{hargenetarrow} مورد ارزیابی قرار گرفت [۲۴]. زاویه تماس (heta) سطح نانوالیاف با استفاده از دستگاه سنجش زاویه تماس (heta) سطح نانوالیاف با استفاده از دستگاه سنجش زاویه تماس (heta) ندازه گیری شد. با کمک میکروسرنگ حدود ا μ ا آب دوبار تقطیر بر روی سطح نانوالیاف قرار داده شد. مقادیر زاویه تماس در زمانهای صفر و s ۱۰ اندازه گیری شد. \mathfrak{T} کرار بر روی هر نمونه در دمای \mathfrak{T} کره که انجام گرفت.

V.T.T. مطالعه رهایش CIN از نانوالیاف CS/PCL

مطالعه رهایش CIN از نانوالیاف CS/PCL بهوسیله یک مطالعه رهایش CIN از نانوالیاف CS/PCL و دور ملایم تکاننده⁷ با درجه حرارت ثابت (C $^{\circ}$ C) و دور ملایم $^{\circ}$ با درجه مرارت ثابت (C $^{\circ}$ C) و دور ملایم $^{\circ}$ با درجه مشخصی از محیط رهایش ($^{\circ}$ PH V/F) با حجم مشخصی از محیط رهایش ($^{\circ}$ C) باغر فسفات) طبق روش دنگ و همکاران [$^{\circ}$ C] انجام شد. بدین منظور، نانوالیاف CS/PCL درون فالکون m $^{\circ}$ حاوی محیط رهایش وار گرفته، سپس در فواصل زمانی از پیش و با محمی برابر از محیط رهایش تازه جایگزین و جذب در طول موج m $^{\circ}$ C red میفسنجی مرئی-فرابنفش خوانده شد. درصد CIN رهاشده توسط تقسیم C (غلظت خوانده شد. درصد CIN رهاشده توسط تقسیم C (مالات CIN) محاسبه گردید (رابطه ۲). بهمنظور استنادپذیری دادهها تمام اندازه گردید (رابطه ۲). بهمنظور استادپذیری دادهها تمام اندازه گردید (ماه م انجام گرفت.

^{1.} Tensile strength

^{4.} Contact angle

Drop Sessile
 Shaker

^{0.} Shakei

 $%CR = (C_n / C_t) \times 100$ (7)

۸.۳.۲. کارایی ضدباکتریایی نانوالیاف الکتروریسی شده CH/CIN/PCL به روش شمارش کلونی^۱

فعاليت ضدباكتريايي نانوالياف الكتروريسي CS/CIN/PCL در برابر میکروار گانیسمهای معمول مواد غذایی شامل باکتری گرممثبت لیستریا مونوسیتوژنز و باکتری گرممنفی اشریشیا *کلی* با استفاده از روش شمارش کلونی ارزیابی گردید. سلولهای باکتریایی در انکوباتور بهمدت ۲۴ h (۱۰۰ دور در دقیقه) در دمای °C ۳۷ رشد داده شدند و بهمنظور تعیین تراکم باکتریایی، جذب با طیفسنج مرئی- فرابنفش در طول موج nm قرائت گردید. جذب ۰/۰۸ تا ۰/۱ معادل [^]۱×۱۰ باکتری در هر میلیلیتر میباشد. تلقیح، تقریباً معادل ۲۰۱۰^۸ CFU/ml در محلول سرم فیزیولوژی بر طبق استاندارد کدورت نیم مکفارلند صورت گرفت. در ادامه، نانوالیافها (۲/۵×۱ cm²) (۴۰ mgr) توسط اشعه ماوراء بنفش استریل شده و سپس به درون سوسپانسیون باکتریایی منتقل و در لولههای مخروطی شکل ۲۰ ml قرار داده شدند؛ سپس محیطهای کشت در انکوباتور (۱۰۰ دور در دقیقه، دمای °C ۳۷ ۳۷) بهمدت ۲۴ h قرار داده شدند. محیط کشت حاوی باکتری در PBS (۱۰^۱-۱۰^۹) رقیقشده و بر روی صفحه نوترینت آگار گسترش دادهشده و در طول شب در همان دما انکوبه شدند تا شمارش انجام پذیرد. تیمارهای منفی باکتریها نیز در PBS بدون نانوالیاف تهیه شدند. فعالیت ضدباکتریایی نانوالیافها طبق رابطه (۳) محاسبه شد [17]

(۳) $\frac{A-B}{B} imes 100$ (۳) (۳) معالیت ضد باکتریایی (CFU/ml) تعداد کلنیها در گروه کنترل=A تعداد کلنیها پس از افزودن نانوالیاف=B

۴.۲. تجزيهو تحليل آماري

آزمایش در قالب طرح کاملاً تصادفی انجامشده و تجزیهوتحلیل آماری دادهها با استفاده از نرمافزار SPSS نسخه ۲۳ انجام شد. ابتدا بررسی نرمال بودن دادهها با

استفاده از آزمون کولموگراف-اسمیرنوف و سپس همگنی واریانسها با استفاده از آزمون لون Leven انجام شد. برای تعیین اختلاف بین تیمارها از روش آنالیز واریانس یکطرفه One way ANOVA استفاده شد. در مواردی که اثر کلی تیمارها معنیدار بود، برای مقایسه میانگینها آزمون دانکن به کار رفت. خطای مجاز برای رد Ho، در تمامی مراحل به کار رفت. خطای مجاز برای رد Ho، در تمامی مراحل نجزیهوتحلیل ۵٪ در نظر گرفته شد. در خصوص ویژگیهای فیزیکی و مکانیکی محلولهای مختلف الکتروریسی و نانوالیافهای حاصله، تیمار CS/PCL شاهد نیز در محاسبات آماری لحاظ شده است.

۳. نتایج و بحث

۱۰۳. مشخصهیابی محلولهای الکتروریسی و اندازه نانوالیافها

قبل از فرآیند ES، ویژگیهای محلولهای CS/CIN/PCL شامل ويسكوزيته و قابليت هدايت الكتريكي تعيين و نتايج آن به همراه میانگین قطر نانوالیافها در جدول (۱) نشان داده شده است. محلول CS/PCL دارای بالاترین ویسکوزیته و هدایت الکتریکی میباشد که میتواند به ماهیت غیرقطبی PCLنسبت داده شود [۱۸]. نتایج نشان داد اضافه نمودن CINباعث کاهش معنی داری در ویسکوزیته و هدایت الکتریکی محلولهای ES گردید (p < 1/6) که میتواند با تشکیل پیوند هیدروژنی بین CIN و مولکولهای PCL مرتبط باشد [۱۸]. ثابتشده ویسکوزیته نقش غالبی در قابلیت الکتروریسی محلولهای پلیمری و متعاقباً قطر الیاف حاصله دارد؛ ويسكوزيته كم باعث كشش مؤثر جت پليمري و درنتیجه تشکیل الیاف نازک می شود [۲۶]. همان طور که در جدول (۱) نشان داده شده است، قطر نانوالیافهای الكتروريسىCS/PCL با كاهش ويسكوزيته ناشى از اضافه نمودن CIN کاهش یافت. این نتایج در تطابق با یافتههای رامالینگام و همکاران [۱۸] میباشد که دریافتند افزودن عصاره برگ گیاه (Gymnema sylvestre) (Company) (Gymnema sylvestre) وزنی/وزنی) به ماتریسهای PCL موجب کاهش قطر نانوالیاف می گردد. به طور مشابه، در مطالعه آیدو گدو و

^{1.} Colony counting method

همكاران [۲۷]، قطر نانوالیاف هیدروكسی پروپیل متیل سلولز از ویسكوزیته محلول های الكتروریسی بود به طوری كه با (HPMC)/پلی اتیلن اکسید (PEO) حاوی اسید گالیک متأثر کاهش ویسکوزیته محلول ها، قطر الیاف نیز کاهش یافت.

Table 1. Viscosity and electrical conductivity of different electrospinning solutions and size of the resultant nanofibers.						
قطر الياف (nm)	هدایت الکتریکی (μS/cm)	ويسكوزيته (cP)	الياف Fiber			
Fiber diameter	Conductivity	Viscosity				
194.9 ± 19.90 ^a	448 ± 3.51^{a}	226.57 ± 4.14 ^a	CS/PCL			
180.1 ± 22.20 ^b	440 ± 1.52 ^b	191.02 ± 1.38 ^b	CS/CIN(3%)/PCL			
175.9 ± 25.15 ^b	423 ± 6.42 ^c	166.50 ± 0.70 ^c	CS/CIN(5%)/PCL			
167.4 ± 20.40 ^c	336 ± 4.5^{d}	131.71 ± 1.25 ^d	CS/CIN(10%)/PCL			

	افهای حاصله.	ندازه نانواليا	کتروریسی و ا	ای مختلف اا	ی محلولھ	دايت الكتريك	ِيسكوزيته و ها	ول (۱) مقادير و	جد
Table 1.	Viscosity and	l electrical	conductivity	of different	t electrospi	inning soluti	ions and size	of the resultant	nanofibe

میانگینها در هر ستون با حروف انگلیسی کوچک متفاوت دارای اختلاف معنیداری با هم هستند (P<٠/٠٥) دادهها به صورت میانگین ± انحراف معیار ارائه شدهاند.

۲.۳. ريختشناسي نانواليافها

ریختشناسی سطح نانوالیافهای حاصل از محلولهای میدهد در حالی که تصاویر (b-c1) نانوالیافهای CS/PCL مختلف CS/CIN/PCL در شکل (۱) نشان داده شده است. حاوی غلظتهای مختلف CIN را نشان می دهد. شكل (a۱) ريختشناسي الياف شاهد CS/PCL را نشان



شكل (۱) تصاوير ميكروسكوپ الكتروني روبشي نشر ميداني (FE-SEM) نانوالياف CS/PCL شاهد (a) و نانوالياف CS/PCL حاوى ۵ (b) و ۱۰٪ CIN

.(c) Fig 1. FE-SEM images of (a) pristine CS/PCL and CIN-doped CS/PCL electrospun nanofibrous mats with: (b) 5% and (c) 10% CIN content.

نانوالیافهای CS/PCL دارای جهت گیری خوب، بدون گره و دارای سطح صاف با قطر یکنواخت در طول خود بودند. زو و همکاران [۲۸] ریختشناسی مشابهی را در نانوالیاف CS/PCL حاوى نانولوله هالويزيت بارگذارى شده با اسيد كلروژنيك (CGA@HNT) گزارش نمودند. اضافه نمودن CIN به محلولهای الکتروریسی منجر به شکل گیری نانوالیاف حاوی گره شد، همان طور که قبلاً در الیاف الكتروريسى شده PCL با افزودن كارواكرول مشاهده شد [۲۹]. این ممکن است به تداخل در ویژگیهای محلول ناشی از گنجاندن CIN و برهمکنش روغن با زنجیرههای پلیمری که بر درهم تنیدگیهای زنجیرهای که مسئول تشکیل الیاف هستند، نسبت داده شود [۳۰]. همان طور که در شکل (b-۱ c) نشان داده شده است، CIN بهطور کامل در داخل نانواليافها محصورشده كه باعث يهنشدن موضعي اليافها به شکل تقریباً کروی گردید که در امتداد نانوالیافها توزیع شده بود.

۳.۳. طيفسنجي مادون قرمز با تبديل فوريه (FTIR)

طیف FTIR (شکل ۲) نانوالیافهای الکتروریسی بهمنظور نشاندادن هرگونه برهمکنش احتمالی بین ماتریس پلیمری نانوالیاف CS/PCL و CIN کپسوله شده استفاده شد. در

طیفهای اصلی مربوط به PCL، پیکهایی مانند cm⁻¹ cm^{-1} و ۲۹۴۷ (کشش نامتقارن و متقارن CH_2)، پیک ۲۹۲ (کشش C-O و ۲۹۲ (کشش C-O و C-C)، ۱۲۹۲ (کشش C-C) ⁻¹ ۱۲۴۰ (کشش C-O-C نامتقارن) و ۱۱۷۸ (کشش متقارن(C-O-C) را می توان در تمامی طیفهای نانوالیافهای ترکیبی CS/PCL و نانوالیافهای حاوی CIN که در شکل (a-c ۲) گزارششده، شناسایی نمود [۱۷]. بهطور کلی، سیگنالهای منشأ گرفته از این پیکها پس از اضافهنمودن CIN بدون تغيير باقى ماندند كه نشان مىدهد افزودن CIN یکپارچگی ساختاری نانوالیاف کامپوزیت CS/PCL را از بین نمیبرد [۳۱]. با این حال، با افزودن CIN پیک مشخص در ۳۲۹۱cm⁻¹ بر روی طیفنگار CS/PCL خالص شدت کمتری cm^{-1} پیدا کرد $e/_{2}$ ناپدید شد و پیک جدیدی در حدود ۳۳۰۴ مشاهده شد که نشان میدهد احتمالاً فعلوانفعالات فیزیکی (برهمکنشهای الکترواستاتیک) و پیوندهای هيدروژني بين پليمر و روغن تشكيل شده است [۳۲]. همچنین پیک ¹⁻۱۴۶۸ cm با افزودن CIN به طول موج ⁻cm ¹ ۱۴۶۳ منتقلشده که نشاندهنده تشکیل پیوند هیدروژنی بين CIN و ماتريس يليمري مي باشد [٢۵]. طيف سنجي FTIR نشان می دهد CIN با موفقیت در نانوالیافهای الكتروريسي گنجانده شده است.



شکل (۲) طيف نگارههای FTIR نانوالياف CS/PCL شاهد (a) و نانوالياف CS/PCL حاوی ۵ (b) و ۲۰٪ CIN (c). Fig 2. FTIR spectrograms of (a) pristine CS/PCL and CIN-doped blend electrospun nanofibrous mats with: (b) 5% and (c) 10% CIN content.

۲۰۳. آزمون پراش پر توایکس (XRD)

آزمون پراش پرتوایکس بهمنظور بررسی تغییر احتمالی در بلورینگی نانوالیافهای الکتروریسی انجام شده است [۳۳]. نتایج آزمون پراش پرتوایکس نانوالیافهای CS/PCL شاهد و نانوالیافهای CS/PCL حاوی مقادیر مختلف CIN در شکل (۳) نشان داده شده است. همانطور که در شکل (۵۳) مشخص میباشد نانوالیافهای خالص CS/PCL دو پیک مشخص را در ۲۴/۸۴ ص۲ و ۲۷/۵۸ = ۲۵ درجه به نمایش گذاشتند که دلالت بر ماهیت نیمهبلورین پلیمرها دارد [۳۴].

اگرچه نانوالیافهای حاوی CIN پیکهای مشخص PCL را با یک جابجایی جزئی نشان دادند؛ با این حال، افزودن ۱۰٪ CIN موجب ظهور یک پیک جدید در ۲۵/۵۱= ۲۵ درجه گردید (شکل ۳۵)؛ این موضوع نشاندهنده تغییر ساختار بلورین ماده و شکل گیری پیوندهای بینمولکولی ضعیف بین بلورین ماده و شکل گیری پیوندهای بینمولکولی ضعیف بین PCL ،CS و CIN میباشد [۳۵]. درمجموع، تجزیهوتحلیل CS/Lind در نانوالیافهای کامپوزیت CS/CIN/PCL کمی تغییر نموده است.



(c) CIN ((d) و (b) ۵ دانوالیاف CS/PCL شاهد (a) و نانوالیاف CS/PCL حاوی ۵ (b) و (c) ۲۰٪ (fig 3. XRD patterns of (a) pristine CS/PCL and CIN-doped CS/PCL electrospun nanofibrous mats with: (b) 5% and (c) 10% CIN content

اختلال جزئی در ساختار بلورین نانوالیاف CS/PCL در حضور CIN است [۶۹]. نتایج مشابهی توسط زو و همکاران [۲۸] گزارش شد که دریافتند ادغام بیش از ۲٪ CGA@HNT باعث کاهش T_n نانوالیاف ترکیبی CS/PCL از OS/PCL میگردد؛ این محققان بیان نمودند $0 \wedge 10^{\circ}$ PCL میگردد؛ این محققان بیان نمودند که در غلظتهای بالاتر از ۲٪، هستهسازی PCL برای ایجاد که در غلظتهای بالاتر از ۲٪، هستهسازی PCL برای ایجاد که در یافتند که افزودن عامل ضدمیکروبی دریافتند که افزودن عامل ضدمیکروبی T-(تریمتوکسی سیلیل) پروپیل اکتاد سیل دی متیل آمونیوم کلراید (معروف به 5700 ®DOW CORNING) (DSC) مرماسنجی روبشی تفاضلی (DSC) خالص و رفتار حرارتی نانوالیافهای الکتروریسی CS/PCL خالص و نانوالیافهای CS/PCL حاوی CIN توسط DSC بررسی شد. دمانگاشت الیاف خالص CS/PCL یک پیک گرماگیر قوی در دمای $^{\circ}$ ۶۰ نشان داد که احتمالاً مربوط به نقطه ذوب دمای $^{\circ}$ ۶۰ نشان داد که احتمالاً مربوط به نقطه ذوب CIT میباشد [۳۵، ۲۲] و دومین پیک گرماگیر در CIT میباشد [۶۵]. هنگامی که الیاف حاوی CIN بودند، یک تغییر جزئی در T_m مشاهده شد که احتمالاً بهدلیل منجر به افزایش جزئی در T_m نانوالیاف CS/PCL گردید. در مطالعه حاضر، همچنین مشخص شد که T_d نانوالیاف CS/PCL نیز تحت تأثیر اضافهنمودن CIN قرار گرفت و دمای بالاتری را در حداکثر سرعت تخریب نشان داد. درواقع

برهم کنش روغن با گروههای کربونیل روی زنجیرههای PCL از طریق پیوند هیدروژنی منجر به افزایش دمای تجزیه شد [۱۶].



۹/۰۶-۱۱/۷۶ MPa می باشد که حداقل نیازهای بسته بندی (۳/۵ MPa) برای استحکام مواد را برآورده می کند [۳۸]. شی و همکاران [۳۶] گزارش نمودند استحکام مکانیکی نانوالياف هيبريدى PCL/ ژلاتين حاوى عامل ضدباكترى کاتیونی ۳-(تریمتوکسیسیلیل) پروپیل اکتادسیل دیمتیل آمونیوم کلراید در محدوده ۹-۱۲ MPa بود. در مقایسه با فیلمهای بستهبندی تهیه شده بهروش قالبگیری'، مقادیر TSنانوالیافهای ساختهشده در مطالعه حاضر مشابه مقادیر مشاهده شده در فیلمهای زیست کامپوزیت PCL/ ژلاتین (۱۱/۸ –۱۵/۷ MPa) می باشد [۳۹]. اضافه نمودن CIN در ماتريس هاى اليافي CS/PCL باعث افزايش استحكام مكانيكي نانوالیافهای حاصل گردید زیرا مولکولهای CIN حفرههای داخلی زنجیرههای پلیمری را پر میکنند و TS بالاتری را ایجاد مینمایند [۴۰]. به علاوه، نشان داده شده است که مقادیر بالاتر CIN میزان TS فیلمهای مبتنی بر کیتوزان را بهدلیل تشکیل یک ماتریس متقاطعتر که تحرک زنجیره را ۶.۳. سنجش ویژگیهای مکانیکی نانوالیافهای الکتروریسی

ویژگیهای مکانیکی از فاکتورهای مهم در انتخاب نوع بستهبندی برای کاربردهای غذایی است و دانستن اطلاعات کمی در مورد شاخصهای مکانیکی (از جمله مقاومت کشسانی و درصد افزایش طول در لحظه پارگی) فیلمهای زیست تخریب پذیر جهت طراحی فرآیند بستهبندی و پیش بینی توانایی آنها در حفظ یکپارچگی خود در طول استفاده بهعنوان ماده بستهبندی بسیار مهم است [۳۷]؛ بنابراین، نانوالیاف الکتروریسی که قرار است بهعنوان جایگزین در بستهبندی زیستی استفاده شوند، باید یکپارچگی ساختاری و/یا مکانیکی خود را در برابر انواع مختلف تنشهای وارده حفظ نمایند. نتایج آزمون مقاومت کششی (TS) و درصد افزایش طول در لحظه پارگی (EAB) مانوالیافهای تهیه شده در جدول (۲) نشان داده شده است. TS نانوالیافهای الکتروریسیشده ارائه شده است، میزان TS

^{1.} Casting

محدود و ساختار فشردهتری ایجاد می کند، افزایش می دهد اثر روان کننده گی CIN نسبت داده شود؛ درواقع ترکیبات [۴1]. همان طور که در جدول (۲) نشان داده شده است، روغنی و اسانس ها دارای رفتار لیپیدی با وزن مولکولی کم میزان EAB نمونه ها نیز از ۲۴/۸۲٪ در مورد الیاف خالص بوده که در بین زنجیره های پلیمری طولانی با وزن مولکولی CS/PCL به ۴۷/۶۴٪ برای نانوالیافهای بالا قرار گرفته و بهعنوان روان کننده عمل مینمایند [۴۲]. CS/CIN(10%)/PCL افزایش یافته است که ممکن است به

جدول (۲) مقادیر مقاومت کششی (TS)، درصد افزایش طول در لحظه پارگی (EAB%)، نفوذپذیری در برابر بخار آب (WVP) و زاویه تماس (°CA). نانواليافهاي CS/PCL حاوى غلظتهاى مختلف CIN

Table 2. Tensile strength (TS), elongation-at-break (%EAB), water vapor permeability (WVP), and contact angle (CA°) values of CS/PCL nanofibers containing different amounts of CIN

زاویه تماس (°)		نفوذپذیری در برابر	درصد افزایش طول	مقاومت كششى	الياف
زمان=۱۰	زمان= • ثانیه	g mm/kPa) بخار آب	(%)	(MPa)	Fiber
	ثانيه	(h m ²	EAB	TS	
		WVP			
117.37 ± 0.93 ^a	114.85 ± 1.30^{a}	0.146 ± 0.024 ^a	$24.82\pm0.16~^a$	9.06 ± 1.50^{a}	CS/PCL
$111.20 \pm 0.42 \ ^{a}$	$113.10\pm 3.76\ ^{b}$	$0.289\pm0.11~^{b}$	$31.48\pm0.45~^{b}$	11.18 ± 1.03 ^b	CS/CIN(3%)/PCL
115.20 ± 3.11 a	$111.97 \pm 0.92 \ ^{b}$	$0.231\pm0.007~^{b}$	$38.66\pm3.25~^{c}$	$11.27\pm0.23~^{b}$	CS/CIN(5%)/PCL
$111.10 \pm 0.99 \ ^{b}$	105.13 ± 4.27 ^b	$0.573 \pm 0.066 \ ^{c}$	$47.64\pm4.06~^{d}$	$11.76\pm0.93~^{b}$	CS/CIN(10%)/PCL

میانگینها در هر ستون با حروف انگلیسی کوچک متفاوت دارای اختلاف معنی داری با هم هستند (۹<۰/۰۵)

دادهها به صورت میانگین ± انحراف معیار ارائه شدهاند.

۷.۳. نفوذپذیری در مقابل بخار آب (WVP) نانواليافهاي الكتروريسي

چالش اصلی فیلمهای مبتنی بر پلیمرهای زیستی، نفوذپذیری نسبتاً بالای آنها در برابر بخار آب است. از این رو، یکی از امیدوارکنندهترین رویکردها استفاده از فناوری نانو است [۴۳]. مقادیر WVP نانوالیافهای CS/CIN/PCL الكتروريسي بين ٥/١٢٩-٠/٥٧٣g mm/kPa h m² الكتروريسي بين می باشد. همان طور که در جدول (۲) مشاهده می شود میزان WVPنانوالیافها با اضافهنمودن CIN افزایش می یابد. نرخ انتقال بخار بهطور مستقيم با تخلخل نانواليافها كه از قطر الياف ناشى مىشود، متناسب است؛ درواقع، كاهش قطر الياف منجر به كاهش اتصالات اليافي شده كه بهنوبه خود تخلخل الیاف و متعاقباً نرخ نفوذ بخار آب را افزایش میدهد [۴۴]؛ بنابراین نانوالیاف CS/CIN(10%)/PCL نرخ WVP بالاتری معادل ۰/۵۷۳ g mm/kPa h m² نشان داد که در تطابق با مقادیر WVP گزارش شده توسط زو و همکاران

[۲۸] در خصوص نانوالیاف ترکیبی CS/PCL حاوی CGA@HNT میباشد (یعنی CGA@HNT). علاوه بر این، مقادیر WVP بهدست آمده برای نانوالیافها در مطالعه حاضر، کمتر از مقادیر گزارششده در مورد فیلمهای CS/PCL بهدست آمده با شيوه قالب گيرى حلال مى باشد (g ۰/۴۴ mm/kPa h m²). نتایج تحقیق حاضر نشان مىدهد نانواليافهاى بەدستآمدە خاصيت ممانعتكنندگى نسبتاً مطلوبی در برابر بخار آب دارند و میتوانند بهعنوان مواد جدید در طراحی و ساخت مواد بستهبندی جدید استفاده شوند.

۸.۳. زاویه تماس سطح نانوالیافهای الکتروریسی '(CA)

مواد بستهبندی زیستی ایده آل باید آب گریزی کافی برای حفظ یکیارچگی ساختاری خود در محیط مرطوب داشته

^{1.} Contact angle

باشند. زاویه تماس آب قابلیت خیس شوندگی سطح را نشان میدهد که با اندازهگیری زاویه تماس آب پس از برخورد قطره با سطح فیلم حاصل می شود؛ این شاخص به گونه ای برجسته میزان آبدوستی/آبگریزی سطح فیلمها را بیان میکند [۴۶]. بهطور کلی هر چه میزان آبدوستی سطح کمتر شود، قطره سطح کمتری را اشغال نموده و زاویه تماس افزایش می یابد. همان طور که در جدول (۲) نشان داده شده است مقادیر زاویه تماس از صفر تا ۱۰ ثانیه برای نانوالیافهای الکتروریسی CS/PCL خالص و نانوالیافهای حاوی CIN در غلظتهای مختلف افزایش یافته است. همان طور که در جدول (۲) نشان داده شده است، نانوالیاف CS/PCL خالص میزان زاویه تماس بیشتر از ۱۱۴ درجه را در همه زمانها نشان میدهد که نشاندهنده ماهیت آبگریز مواد مبتنی بر PCL است [۴۷]؛ همچنین، اضافه نمودن CIN کمک زیادی به تغییر ماهیت نمپذیری نانوالیافها ننموده است. در مجموع، میزان زاویه تماس بهدست آمده برای نمونههای الیافی در مطالعه حاضر به غیر از بستهبندی زیستی برای کاربردهای زیستی متعدد از جمله مهندسی بافت (مواد پانسمان زخم) نیز ایده آل می باشد [۳۰]. همچنین گزارش شده است که سطحی با آبدوستی قوی ممکن است چسبندگی باکتریایی را کاهش دهد [۴۸] که نشاندهنده پتانسیل استفاده بهعنوان مواد بستهبندی ضد عفونت است.

۹.۳. مطالعه رهایش CIN از نانوالیاف CS/PCL

به منظور بررسی الگوی رهایش CIN و کسب اطلاعات اولیه در مورد میزان پایداری اسانس، درصد رهایش تجمعی CIN در سطوح ۳، ۵ و ۱۰٪ (وزنی/وزنی) از نانوالیاف CS/PCL با قرائت جذب در ۸ma = 275 مندازه گیری شد (شکل ۵). هریک از منحنیها یک انتشار اولیه نسبتاً سریع را در ۲۴ h اول نشان دادند که عمدتاً به رهایش CIN چسبیده به سطح

نانوالیاف که عموماً اتصال کمی با پلیمر دارد، نسبت داده می شود [۴۹]. بر طبق میگل و همکاران [۵۰]، جذب فیزیکی مولکولهای زیستی به سطح نانوالیافها اغلب با رهایش انفجاری اولیه همراه است. رهایش انفجاری مشابه (حدود ۲۵٪ در ۲۴ h) توسط لی و همکاران [۵۱] برای اوژنول آزادشده از الیاف الکتروریسی PCL/ ژلاتین گزارش شده است. سپس رهایش تجمعی بهتدریج افزایش یافت قبل از اینکه به حالت ثابت برسد، از آنجایی که زمان طولانی تری برای رهایش CIN محبوسشده در هسته داخلی ماتریس نانوالیافی از طریق یک مسیر طولانی تر موردنیاز میباشد [۱]. به عنوان جمع بندی، یک الگوی رهایش دو فازی را می توان برای اسانس متصور بود که شامل یک فاز رهایش انفجاری اولیه است که می تواند مربوط به مولکول های CIN ساکن نزدیک به سطح باشد و یک فاز ثابت که نشان دهنده رهایش اسانس از قسمت مرکز/هسته الیاف میباشد. با این حال در پایان h ۹۶، بیشتر CIN موجود در نانوالیافهای CS/PCL بدون رهایش باقی ماند (۷۸/۱-۷۳/۲) که نشان دهنده دوام اسانس در نانوالیافهای الکتروریسی میباشد. در مطالعه فهیمی راد و همکاران [۵۲]، میزان رهایش کورکومین از نانوالیاف PCL/CS در پایان ۴ و ۱۶ روز به ترتیب به حدود ۶۶/۵٪ و ۷۱٪ رسید. انتشار پایدار عوامل ضدمیکروبی با نرخ کنترلشده از نانوالیافها یک مزيت محسوب مىشود زيرا اين فرآيند كلونيزاسيون باکتریها را برای مدت زمان طولانی به حداقل میرساند [10]؛ به عبارت دیگر، در مرحله رهایش آهسته، اسانس مىتواند بهآرامى انتشاريافته و بنابراين فعاليت ضدميكروبي آن برای مدت طولانی تری حفظ شود. به طور مشابه، کایاسی و همکاران [۵۳] نشان دادند کپسولهکردن اوژنول در کمپلکس پلیوینیل الکل/γ-CD دوام عامل فعال را در نمونه الياف افزايش داده و درنتيجه نانواليافهاى حاصله ممكن است در بستهبندی فعال مواد غذایی کاربرد داشته باشند.



شکل (۵) رهایش تجمعی CIN از نانوالیاف CS/PCL در غلظتهای مختلف روغن. نوارهای خطا نشاندهنده انحراف استاندارد است. Fig 5. Cumulative release of CIN from CS/PCL nanofibers at different oil concentrations. Error bars indicate standard deviation.

قابل مشاهده می باشد، نانوالیافهای حاوی ۳٪ CIN فعالیت ضدمیکروبی محدودی در مقابل باکتریهای مورد مطالعه به نمایش گذاشتند؛ اما با افزایش غلظت CIN تا سطح ۱۰٪ میزان کلونی باکتریایی بهطور محسوسی کاهش یافت (شکل ۶). زو و همکاران [۲۸] اثر ضدمیکروبی نانوالیاف CS/PCL حاوى غلظتهاى مختلف CGA@HNT (٢، ۴ و ۶٪) عليه باکتری گرممنفی *اشرشیاکلی* و باکتری گرممثبت استافیلوکوکوس اورئوس در زمانهای مختلف (۲-۲۴ h) مورد بررسی قرار دادند و دریافتند پس از h گرمخانه گذاری ، میزان بازدارندگی نانوالیاف های الکتروریسی حاوی ۲، ۴ و ۶٪ CGA@HNT علیه باکتری گرممنفی اشرشیاکلی به ترتیب ۳۴/۴٪، ۴۳/۷٪ و ۵۰/۷٪ و نیز علیه باكترى استافيلوكوكوس اورئوس به ترتيب ٣٠/٣٠٪، ٣٣/٥٪ و ۳۹/۴٪ بوده است. همچنین باکتری گرممثبت لیستریا مونوسیتوژنز مقاومت بیشتری نسبت به باکتری گرممنفی اشرشیاکلی در مقابل CIN نشان داد. طبق گزارشهای متعدد، باکتریهای گرممثبت نسبت به باکتریهای گرممنفی از حساسیت بالاتری در مقابل ترکیبات ضدميكروبى برخوردارند كه بهدليل عدم حضور ديواره سلولى لیپوپلیساکاریدی است [۵۵]. این دیواره در باکتریهای

۱۰.۳. کارایی ضد باکتریایی نانوالیافهای الکتروریسی حاوی CIN به روش شمارش کلونی

یکی از مهمترین ملزومات مواد بستهبندی پیشرفته بر مبنای نانوالیافها ممانعت و یا جلوگیری از رشد باکتریایی و كلونيزهشدن بر سطوح مواد غذايي مي باشد [۱]. سینامالدهید (CIN) یکی از مولکولهای جالب جهت توسعه عوامل ضدمیکروبی در غذا به شمار میآید زیرا عملکرد مناسبی در برابر باکتریهای گرممثبت و گرممنفی زیانبخش از خود نشان داده است. به هر حال مهم است فعالیت ضدمیکروبی ترکیبات فعال پس از فرآیند الکتروریسی نیز حفظ گردد؛ بنابراین در مرحله پایانی تحقیق حاضر، فعالیت ضدمیکروبی نانوالیاف CS/PCL حاوی سه سطح مختلف سینامالدهید در زمانهای h ،۳ h و ۹ علیه باکتری گرممثبت لیستریا مونوسیتوژنز و باکتری گرممنفی اشرشیاکلی مورد ارزيابی قرار گرفت. نانوالياف شاهد CS/PCL هيچ گونه فعالیت ضدباکتریایی علیه ریزسازوارههای ٔ مورد مطالعه نشان نداد که می تواند به دلیل انتشار محدود CS از بستر نانوالیاف به محیط آگار باشد؛ بر طبق کما و همکاران [۵۴] فقط از رشد ریزسازوارههایی که در تماس مستقیم با مکانهای فعال CSمی باشند، جلوگیری می شود. همان طور که در شکل (۶)

^{2.} Incubation

^{1.} Microorganisms

مطالعه نیز در بین سه باکتری گرممثبت مورد مطالعه، استافیلوکوکوس اورئوس حساسترین باکتری به عصاره خالص اسانس دارچين و ليستريا مونوسيتوژنز مقاومترين همین راستا مطالعاتی وجود دارد که به مقاومت مشابه شناخته شد؛ همچنین کیم و همکاران [۵۹] مشاهده نمودند نسبت به باکتریهای گرم منفی آزمایششده در همان شرايط مانند اشرشياكلي و ويبريو ولنيفيكوس' مقاومتر می باشد.

گرممنفی میتواند از ورود ترکیبات ضدمیکروبی به غشای سیتوپلاسمی جلوگیری نماید [۵۶]. البته این مقاومت بالا در باکتریهای گرممنفی ممکن است یک قاعده کلی نباشد؛ در باکتریهای گرممنفی و گرممثبت و حتی در مواردی مقاومت *لیستریا مونوسیتوژنز* در مواجهه با ترکیبات فعال اسانس اوآتارا و همکاران [۵۷] باکتری گرممثبت بروکوتریکس *ترموسفاکتا '* مقاومتی مشابه باکتری گرممنفی *سراشیا لیکوفاسینس ن*شان داد. در مطالعهی شان و همکاران [۵۸] بیشتر باکتریهای گرممثبت اشاره داشته است. برای مثال در



شکل (۴) نرخ مهار رشد (٪) نانوالیاف CS/PCL حاوی غلظتهای مختلف CIN نسبت به (a) *لیستریا مونوسیتوژنز* و (b) *اشریشیا کلی* در سه زمان انكوباسيون. نوارهای خطا نشاندهنده انحراف استاندارد میباشد.

Fig 6. The growth inhibition rate (%) of CS/PCL nanofibers at different CIN concentrations towards L. monocytogenes (a) and E. coli at three incubation times. Error bars indicate standard deviation.

3. Vibrio vulnificus

1. Brochothrix thermosphacta

2. Serratia liquefaciens

کمتری در برابر بخار آب به نمایش گذاشتند. بهعلاوه، مقادیر

زاویه تماس با گذشت زمان افزایش یافت. در آزمون رهایش

با استفاده از طيفسنجى UV-vis، نانوالياف CS/PCL نرخ

CS/CIN/PCL کارایی ضد باکتریایی مطلوبی در برابر

باکتریهای مدل غذایی نشان دادند که بهدلیل فعالیت

ضدباكتريايي CIN مىباشد؛ بنابراين، نانواليافهاى

الكتروريسى CS/CIN/PCL مى توانند انتخابى نوآورانه براى

طراحی و/یا ساخت نسل جدیدی از مواد بستهبندی ضد

این تحقیق با حمایت مالی معاونت پژوهش و فناوری

رهایش کنترلشده CIN را نشان داد. نانوالیاف

۴. نتيجه گيري

نانواليافهاى الكتروريسى ضدميكروبي جديد CS/CIN/PCL با قطر الياف ۲۰/۴ ± ۲۰/۴ تا ۱۹/۹ تا ۱۹۴/۹ با شیوه الکتروریسی ساخته شدند؛ افزودن CIN باعث کاهش قابل توجه ویسکوزیته و تولید الیاف نازکتر گردید. بهعلاوه، نتايج طيفسنجى FTIR مؤيد تشكيل پيوند هیدروژنی بین گروههای کربونیل موجود در زنجیرههای PCL و گروههای عاملی CIN می باشد. دمانگاشت DSC نانوالیافها هم دمای ذوب $(T_{\rm m})$ و هم دمای تخریب $(T_{\rm d})$ را نشان می دهد که دلالت بر ماهیت نیمه بلورین پلیمرها دارد. باکتریایی باشند. استحكام مكانيكي نانواليافهاي بهدستآمده نيز الزامات موردنیاز مواد بستهبندی را برآورده مینماید. همچنین، تشکر و قدردانی نانوالیافهای ترکیبی CS/CIN/PCL در مقایسه با فیلمهای بستهبندی تهیه شده به روش قالب گیری، مقادیر نفوذپذیری دانشگاه تربیت مدرس انجام شده است.

[1] Wang, H., Hao, L., Wang, P., Chen, M., Jiang, S., & Jiang, S. (2017). Release kinetics and antibacterial activity of curcumin loaded zein fibers. Food Hydrocoll., 63, 437-446.

[2] Celebioglu, A., Topuz, F., Yildiz, Z. I., & Uyar, T. (2019). One-step green synthesis of antibacterial silver nanoparticles embedded in electrospun cyclodextrin nanofibers. Carbohydr Polym., 207, 471-479.

[3] Cristescu, R., Visan, A., Socol, G., Surdu, A. V., Oprea, A. E., Grumezescu, A. M., et al. (2016). Antimicrobial activity of biopolymeric thin films containing flavonoid natural compounds and silver nanoparticles fabricated by MAPLE: A comparative study. Appl. Surf. Sci. 374, 290-296.

[4] Hosseini, S. F., Ghaderi, J., & Gómez-Guillén, M. C. (2021). trans-Cinnamaldehyde-doped quadripartite biopolymeric films: Rheological behavior of filmforming solutions and biofunctional performance of films. Food Hydrocoll., 112, 106339.

[5] Ojagh, S. M., Rezaei, M., Razavi, S. H. Hosseini, S. M. H. (2010). Effect of chitosan coatings enriched with cinnamon oil on the quality of refrigerated rainbow trout. Food Chem., 120(1), 193-198.

[6] Makwana, S., Choudhary, R., Dogra, N., Kohli, P., Haddock, J. (2014). Nanoencapsulation and immobilization of cinnamaldehyde for developing antimicrobial food packaging material. LWT-Food Sci. Technol., 57(2), 470-476.

منابع

[7] Rieger, K. A., & Schiffman, J. D. (2014). Electrospinning an essential oil: Cinnamaldehyde enhances the antimicrobial efficacy of chitosan/poly (ethylene oxide) nanofibers. Carbohydr Polym., 113, 561-568.

[8] Altan, A., Aytac, Z., Uyar, T. (2018). Carvacrol loaded electrospun fibrous films from zein and poly(lactic acid) for active food packaging. Food Hydrocoll., 81, 48-59.

[9] Weiss, J., Gaysinsky, S., Davidson, M., & McClements, J. (2009). Nanostructured encapsulation systems: food antimicrobials. In Global issues in food science and technology (pp. 425-479). Academic Press.

[10] Greiner, A., & Wendorff, J. H. (2007). Electrospinning: a fascinating method for the preparation of ultrathin fibers. Angew. Chem. Int. Ed. 46(30), 5670-5703.

[11] Sill, T. J., & von Recum, H. A. (2008). Electrospinning: applications in drug delivery and tissue engineering. Biomaterials, 29(13), 1989-2006.

[12] Aytac, Z., Ipek, S., Durgun, E., Tekinay, T. and Uyar, T. (2017). Antibacterial electrospun zein nanofibrous web encapsulating thymol/cyclodextrinfor food packaging. Food inclusion complex Chem., 233, 117-124.

[13] Melendez-Rodriguez, B., Castro-Mayorga, J. L., Reis, M. A., Sammon, C., Cabedo, L., Torres-Giner, S., et al. (2018). Preparation and characterization of

electrospun food biopackaging films of poly (3hydroxybutyrate-co-3-hydroxyvalerate) derived from fruit pulp biowaste. *Front. Sustain. Food Syst.* 2, 38.

[14] Alehosseini, A., Gómez-Mascaraque, L. G., Martínez-Sanz, M., & López-Rubio, A. (2019). Electrospun curcumin-loaded protein nanofiber mats as active/bioactive coatings for food packaging applications. *Food Hydrocoll.*, *87*, 758-771.

[15] Panthi, G., Park, M., Kim, H. Y., & Park, S. J. (2015). Electrospun polymeric nanofibers encapsulated with nanostructured materials and their applications: a review. *J. Ind. Eng. Chem.* 24, 1-13.

[16] Shalumon, K. T., Anulekha, K. H., Girish, C. M., Prasanth, R., Nair, S. V., & Jayakumar, R. (2010). Single step electrospinning of chitosan/poly (caprolactone) nanofibers using formic acid/acetone solvent mixture. *Carbohydr Polym.*, 80(2), 413-419.

[17] Liverani, L., Lacina, J., Roether, J. A., Boccardi, E., Killian, M. S., Schmuki, P., et al. (2018). Incorporation of bioactive glass nanoparticles in electrospun PCL/chitosan fibers by using benign solvents. *Bioact. Mater.* 3(1), 55-63.

[18] Ramalingam, R., Dhand, C., Leung, C. M., Ong, S. T., Annamalai, S. K., Kamruddin, M., et al. (2019). Antimicrobial properties and biocompatibility of electrospun poly-ε-caprolactone fibrous mats containing Gymnema sylvestre leaf extract. *Mater. Sci. Eng. C.* 98, 503-514.

[19] Ardekani-Zadeh, A. H., & Hosseini, S. F. (2019). Electrospun essential oil-doped chitosan/poly (εcaprolactone) hybrid nanofibrous mats for antimicrobial food biopackaging exploits. *Carbohydr Polym.*, 223, 115108.

[20] Rieger, K. A., & Schiffman, J. D. (2014). Electrospinning an essential oil: Cinnamaldehyde enhances the antimicrobial efficacy of chitosan/poly (ethylene oxide) nanofibers. *Carbohydr Polym.*, *113*, 561-568.

[21] Qian, Y., Zhang, Z., Zheng, L., Song, R. and Zhao, Y. (2014). Fabrication and characterization of electrospun polycaprolactone blended with chitosangelatin complex nanofibrous mats. *J. Nanomater.* 2014, p.1.

[22] ASTM. (2009). Standard test method for tensile properties of thin plastic sheeting (D 882-09). Philadelphia, PA, USA.

[23] ASTM. (2005). Standard test method for water vapour transmission of materials (E 96-05). Philadelphia, PA, USA.

[24] Yao, Z. C., Chang, M. W., Ahmad, Z. & Li, J. S. (2016). Encapsulation of rose hip seed oil into fibrous zein films for ambient and on demand food preservation via coaxial electrospinning. *J. Food Eng*, *191*, 115-123.

[25] Deng, L., Kang, X., Liu, Y., Feng, F., & Zhang, H. (2017). Effects of surfactants on the formation of gelatin nanofibres for controlled release of curcumin. *Food Chem.*, *231*, 70-77.

[26] Van der Schueren, L., Steyaert, I., De Schoenmaker, B., & De Clerck, K. (2012). Polycaprolactone/chitosan blend nanofibres electrospun from an acetic acid/formic acid solvent system. *Carbohydr Polym.*, 88(4), 1221-1226.

[27] Aydogdu, A., Sumnu, G., & Sahin, S. (2019). Fabrication of gallic acid loaded Hydroxypropyl methylcellulose nanofibers by electrospinning technique as active packaging material. *Carbohydr Polym.*, 208, 241-250.

[28] Zou, Y., Zhang, C., Wang, P., Zhang, Y., & Zhang, H. (2020). Electrospun chitosan/polycaprolactone nanofibers containing chlorogenic acid-loaded halloysite nanotube for active food packaging. *Carbohydr Polym.*, 247, 116711.

[29] Tampau, A., González-Martínez, C., & Chiralt, A. (2018). Release kinetics and antimicrobial properties of carvacrol encapsulated in electrospun poly-(ε-caprolactone) nanofibres. Application in starch multilayer films. *Food Hydrocoll.*, 79, 158-169.
[30] Kanani, A. G., & Bahrami, S. H. (2011). Effect of changing solvents on poly (ε-caprolactone) nanofibrous webs morphology. *J. Nanomater.* 2011, 31.

[31] De Silva, R. T., Dissanayake, R. K., Mantilaka, M. P. G., Wijesinghe, W. S. L., Kaleel, S. S., Premachandra, T. N., ... & de Silva, K. N. (2018). Drug-loaded halloysite nanotube-reinforced electrospun alginate-based nanofibrous scaffolds with sustained antimicrobial protection. *ACS Appl. Mater. Interfaces.* 10(40), 33913-33922.

[32] Ghorbani, F. M., Kaffashi, B., Shokrollahi, P., Seyedjafari, E., & Ardeshirylajimi, A. (2015). PCL/chitosan/Zn-doped nHA electrospun nanocomposite scaffold promotes adipose derived stem cells adhesion and proliferation. *Carbohydr Polym.*, *118*, 133-142.

[33] Koosha, M., & Mirzadeh, H. (2015). Electrospinning, mechanical properties, and cell behavior study of chitosan/PVA nanofibers. *J. Biomed. Mater. Res A. 103(9)*, 3081-3093.

[34] Xue, J., He, M., Liu, H., Niu, Y., Crawford, A., Coates, P. D., et al. (2014). Drug loaded homogeneous electrospun PCL/gelatin hybrid nanofiber structures for anti-infective tissue regeneration membranes. *Biomaterials*, *35*(*34*), 9395-9405.

[35] Fadaie, M., Mirzaei, E., Geramizadeh, B. & Asvar, Z. (2018). Incorporation of nanofibrillated chitosan into electrospun PCL nanofibers makes

آرزو قزاقی و همکاران

scaffolds with enhanced mechanical and biological properties. *Carbohydr Polym.*, 199, 628-640.

[36] Shi, R., Geng, H., Gong, M., Ye, J., Wu, C., Hu,

X., et al. (2018). Long-acting and broad-spectrum antimicrobial electrospun poly (εcaprolactone)/gelatin micro/nanofibers for wound dressing. J. Colloid Interface Sci. 509, 275-284.

[37] Ghasemlou, M., Khodaiyan, F., & Oromiehie, A. (2011). Physical, mechanical, barrier, and thermal properties of polyol-plasticized biodegradable edible film made from kefiran. *Carbohydr. Polym.*, *84*(1), 477-483.

[38] Hosseini, S. F., Rezaei, M., Zandi, M., & Farahmandghavi, F. (2015). Fabrication of bionanocomposite films based on fish gelatin reinforced with chitosan nanoparticles. *Food Hydrocoll.*, *44*, 172-182.

[39] Zaman, H. U., & Beg, M. D. H. (2015). Improvement of physico-mechanical, thermomechanical, thermal and degradation properties of PCL/gelatin biocomposites: Effect of gamma radiation. *Radiat. Phys. Chem. 109*, 73-82.

[40] Zhang, L., Liu, Z., Sun, Y., Wang, X., & Li, L. (2020). Effect of α -tocopherol antioxidant on rheological and physicochemical properties of chitosan/zein edible films. *LWT*, *118*, 108799.

[41] Chen, H., Hu, X., Chen, E., Wu, S., McClements, D. J., Liu, S., ... & Li, Y. (2016). Preparation, characterization, and properties of chitosan films with cinnamaldehyde nanoemulsions. *Food Hydrocoll.*, *61*, 662-671.

[42] Reshmi, C. R., Sundaran, S. P., Juraij, A., & Athiyanathil, S. (2017). Fabrication of superhydrophobic polycaprolactone/beeswax electrospun membranes for high-efficiency oil/water separation. *RSC Adv*. 7(4), 2092-2102.

[43] Hosseini, S. F., & Gómez-Guillén, M. C. (2018). A state-of-the-art review on the elaboration of fish gelatin as bioactive packaging: Special emphasis on nanotechnology-based approaches. *Trends Food Sci. Technol*, *79*, 125-135.

[44] Liu, F., Guo, R., Shen, M., Wang, S., & Shi, X. (2009). Effect of processing variables on the morphology of electrospun poly [(lactic acid)-co-(glycolic acid)] nanofibers. *Macromol. Mater. Eng.* 294(10), 666-672.

[45] Joseph, C. S., Prashanth, K. H., Rastogi, N. K., Indiramma, A. R., Reddy, S. Y., & Raghavarao, K. S. M. S. (2011). Optimum blend of chitosan and poly-(*ɛ*caprolactone) for fabrication of films for food packaging applications. *Food Bioproc Tech*, 4(7), 1179-1185.

[46] Rhim, J. W., Wang, L. F., & Hong, S. I. (2013). Preparation and characterization of agar/silver nanoparticles composite films with antimicrobial activity. Food Hydrocoll., 33(2), 327-335.

[47] Hong, S., & Kim, G. (2011). Fabrication of electrospun polycaprolactone biocomposites reinforced with chitosan for the proliferation of mesenchymal stem cells. *Carbohydr Polym.*, *83*(2), 940-946.

[48] Ko, J., Cho, K., Han, S. W., Sung, H. K., Baek, S. W., Koh, W. G., et al. (2017). Hydrophilic surface modification of poly(methyl methacrylate)-based ocular prostheses using poly(ethylene glycol) grafting. *Colloids Surf. B.* 158, 287-294.

[49] Farahmandghavi, F., Imani, M., & Hajiesmaeelian, F. (2019). Silicone matrices loaded with levonorgestrel particles: Impact of the particle size on drug release. *J. Drug Deliv. Sci. Technol*, 49, 132-142.

[50] Miguel, S. P., Sequeira, R. S., Moreira, A. F., Cabral, C. C., Mendonça, A. G., Ferreira, P., et al. (2019). An overview of electrospun membranes loaded with bioactive molecules for improving the wound healing process. *Eur J Pharm Biopharm, 139*, 1-22.

[51] Li, Z., Zhou, P., Zhou, F., Zhao, Y., Ren, L., & Yuan, X. (2018). Antimicrobial eugenol-loaded electrospun membranes of poly (εcaprolactone)/gelatin incorporated with REDV for vascular graft applications. *Colloids Surf. B. 162*, 335-344. [52] Fahimirad, S., Abtahi, H., Satei, P., Ghaznavi-Rad, E., Moslehi, M., & Ganji, A. (2021). Wound healing performance of PCL/chitosan based electrospun nanofiber electrosprayed with curcumin loaded chitosan nanoparticles. *Carbohydr Polym.*, 259, 117640.

[53] Kayaci, F., Ertas, Y., & Uyar, T. (2013). Enhanced thermal stability of eugenol by cyclodextrin inclusion complex encapsulated in electrospun polymeric nanofibers. *J. Agric. Food Chem.*, *61 (34)*, 8156-8165.

[54] Coma, V., Martial-Gros, A., Garreau, S., Copinet, A., Salin, F., & Deschamps, A. (2002). Edible antimicrobial films based on chitosan matrix. *J. Food Sci.* 67, 1162-1169.

[55] Burt, S. (2004). Essential oils: their antibacterial properties and potential applications in foods-a review. *Int. J. Food Microbiol.* 94, 223-253.

[56] Bozin, B., Mimica-Dukic, N., Samojlik, I., & Jovin, E. (2007). Antimicrobial and antioxidant properties of rosemary and sage (Rosmarinus officinalis L. and Salvia officinalis L., Lamiaceae) essential oils. *J. Agric. Food Chem.*, *55(19)*, 7879-7885.

[57] Ouattara, B., Simard, R. E., Holley, R. A., Piette, G. J. P., & Bégin, A. (1997). Antibacterial activity of selected fatty acids and essential oils against six meat

spoilage organisms. Int. J. Food Microbiol. 37(2-3), 155-162.

[58] Shan, B., Cai, Y. Z., Brooks, J. D., & Corke, H. (2007). The in vitro antibacterial activity of dietary spice and medicinal herb extracts. *Int. J. Food Microbiol.* 117(1), 112-119.

[59] Kim, J. M., Marshall, M. R., Cornell, J. A., III, J. P., & Wei, C. I. (1995). Antibacterial activity of carvacrol, citral, and geraniol against Salmonella typhimurium in culture medium and on fish cubes. *J. Food Sci.* 60(6), 1364-1368.

271

Research Article

Electrospinning of cinnamaldehyde in chitosan/poly(ε-caprolactone) hybrid nanofibers: the investigation of physicomechanical, structural, and antimicrobial properties for food biopackaging exploits

Arezo Ghazaghi¹, Seyed Fakhreddin Hosseini^{2*}, Masoud Rezaei³

1. M.Sc. Graduate, Department of Seafood Processing, Faculty of Marine Sciences, Tarbiat Modares University, Noor

2. Associate Professor, Department of Seafood Processing, Faculty of Marine Sciences, Tarbiat Modares University, Noor

3. Professor, Department of Seafood Processing, Faculty of Marine Sciences, Tarbiat Modares University, Noor

Abstract

The development of antimicrobial electrospun nanofibrous mats is one of the most recent trends in the field of food biopackaging. Herein, novel antimicrobial fibrous mats consisting of blend electrospun chitosan (CS)/poly(ε -caprolactone) (PCL) embedded with cinnamaldehyde (CIN) were fabricated *via* an electrospinning approach and investigated. Field emission scanning electron microscopy (FE-SEM) manifested that as-spun fibers were well-oriented with uniform diameters along their lengths. The physical interactions and hydrogen bonding between CS/PCL and CIN were verified by Fourier-transform infrared (FTIR) spectroscopy. This novel hybrid mat demonstrated excellent mechanical strength of 11.7 ± 0.93 MPa (CS/CIN(10%)/PCL) and achieved good water vapor barrier (WVP) performance. *In vitro* release assay also revealed that most of CIN loaded fiber mats were remained (73.2-78.1%) after 96h, demonstrating their durability. Furthermore, the electrospun nanofibrous mats containing the highest amount of CIN (CS/CIN(10%)/PCL) exhibited distinctive antibacterial activity towards Gram-positive *Listeria monocytogenes* and Gram-negative *Escherichia coli* bacteria. This study gives insights to design new fiber-based antimicrobial nanomaterials of interest in food packaging exploits.

Keywords: Electrospinning; Chitosan; Poly(ε-caprolactone); Cinnamaldehyde; Electrospun nanofibers; Antimicrobial packaging

^{*} Corresponding author: hosseinisf@modares.ac.ir.