

## بررسی تأثیر سایز حفرات داربست‌های کیتوزان- ژلاتین در اتصال سلول‌های اپیتلیال پرده آمنیون به منظور کاربرد در مهندسی بافت

فاطمه خاتمی<sup>۱،۲</sup>، دکتر حسن نیک نژاد<sup>۲</sup>، دکتر نریمان مصفا<sup>۱\*</sup>، دکتر حبیب الله پیروی<sup>۲</sup>

<sup>۱</sup> گروه ایمونولوژی، دانشکده پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی شهید بهشتی  
<sup>۲</sup> مرکز تحقیقات نانو تکنولوژی و مهندسی بافت، بیمارستان طالقانی، دانشگاه علوم پزشکی شهید بهشتی

### چکیده

**سابقه و هدف:** امروزه پرده آمنیون، به عنوان یک منبع با ارزش سلولی، کاربردهای فراوانی به ویژه در حیطه طب ترمیمی دارد. از سوی دیگر ایجاد بسترهای سه بعدی با ویژگی‌های مطلوب برای کشت سلول، که بسته به نوع سلول نیز می‌باشد، اهمیت زیادی پیدا کرده است. لذا این تحقیق با هدف طراحی بسترهای مناسب برای به کارگیری سلول‌های اپیتلیال پرده آمنیون در تحقیقات مهندسی بافت انجام شد. **روش بررسی:** این مطالعه به صورت تجربی انجام پذیرفت. ابتدا داربست‌های سه بعدی کیتوزان و کیتوزان-ژلاتین با روش Freeze-Dry در دماهای متفاوت (۲۰-، ۸۰-، ۱۹۶-) از مرحله پیش انجماد آماده‌سازی و سایز حفرات با میکروسکوپ الکترونی ارزیابی شد. همچنین با استفاده از فرمول مناسب، تخلخل (Porosity) داربست‌ها اندازه‌گیری شد. در مرحله بعد، سلول‌های اپیتلیال جدا شده از پرده آمنیون روی داربست‌های با سایز حفرات متفاوت کشت داده شدند. از تصاویر SEM و تست MTT نیز برای تایید اتصال سلول‌های مورد نظر به داربست استفاده گردید.

**یافته‌ها:** طراحی مورد هدف با موفقیت انجام پذیرفت که حاصل انجام تکرارپذیری این مطالعه بود. نتایج میکروسکوپ الکترونی حاکی از سایز حفرات بزرگتر در دمای بالاتر و در مدت زمان طولانی‌تر از مرحله پیش انجماد بود (۲۰-). تخلخل ۷۳ درصد داربست‌ها برای کشت سلول مطلوب بود. از سوی دیگر نتایج MTT سلول‌ها روی داربست، اهمیت سایز حفرات (~ ۱۰۰ میکرون) را در اتصال سلول به بستر تایید کرد.

**نتیجه‌گیری:** به نظر می‌رسد که داربست‌های کیتوزان-ژلاتین و کیتوزان با سایز حفرات بزرگتر، باعث افزایش شانس اتصال سلول‌های اپیتلیال پرده آمنیون به بستر شده و از این رو می‌توانند به عنوان یک بستر ساخته شده از مواد طبیعی برای اهداف مهندسی بافت استفاده شوند.

**واژگان کلیدی:** داربست، کیتوزان، سلول‌های اپیتلیال پرده آمنیون.

### مقدمه

طی چند سال اخیر تحقیقات در زمینه تعیین ویژگی‌های ساختاری و سلولی پرده آمنیون اهمیت به سزایی یافته است.

غشای آمینوتیک یکی از لایه‌های اطراف جنین و دارای یک ردیف سلول اپیتلیال می‌باشد. این سلول‌ها دارای خصوصیتی مشابه سلول‌های بنیادی (stem cell) بوده، برخی از مارکرهاي سلولهای بنیادی را در سطح خود بیان کرده و قابلیت تمایز به هر سه رده سلولهای جنینی (اکتودرم، مزودرم، اندودرم) را دارند (۱). از این رو، این سلول‌ها منبع با ارزشی برای اهداف درمانی بوده و به ویژه کاربردهای فراوانی در مهندسی بافت

آدرس نویسنده مسئول: تهران، گروه ایمونولوژی، دانشکده پزشکی، دانشگاه علوم پزشکی شهید بهشتی،

دکتر نریمان مصفا (e-mail: mossafan@sbmu.ac.ir)

تاریخ دریافت مقاله: ۱۳۹۰/۲/۲۷

تاریخ پذیرش مقاله: ۱۳۹۰/۱۱/۱۳

## مواد و روشها

این تحقیق به صورت تجربی و در شرایط آزمایشگاهی انجام پذیرفت.

### تهیه داربست‌های کیتوزانی، ژلاتینی و کیتوزان-ژلاتین

برای تهیه داربست‌های سه بعدی کیتوزان و کیتوزان-ژلاتین، مواد مذکور در آب مقطر حاوی ۱٪ اسید استیک حل شدند. سپس ژل‌های مورد نظر در ظروف کشت ۲۴ خانه ریخته شدند و در زمان‌های ۱، ۲ و ۴ ساعت و در دماهای ۲۰-، ۸۰- و ۱۹۶- از مرحله پیش انجماد (Pre-freeze) قرار گرفتند. در نهایت به منظور ایجاد ساختار حفره‌ای، نمونه‌ها توسط دستگاه Freeze-dryer به مدت ۲۴ ساعت در شرایط خلاء قرار گرفتند (۶).

### بررسی فراساختاری داربست‌های مورد نظر با

#### میکروسکوپ الکترونی

نمونه‌های تهیه شده از نظر سایز و نیز کیفیت ساختار با میکروسکوپ الکترونی (Scanning Electron Microscope) بررسی شدند، بدین صورت که سایز حفرات مناطق مختلف داربست اندازه گیری و میانگین آن برای هر دما و زمان تعیین شد.

### تعیین تخلخل (Porosity) داربست‌های کیتوزان-ژلاتین

Porosity داربست‌های کیتوزان-ژلاتین توسط روش جانیشینی مایع (Liquid Exchange) اندازه گیری شد (۷). اتانول مطلق به عنوان مایع جانیشین شونده انتخاب شد، زیرا بدون اینکه داربست را حل و یا باعث تغییر در ساختار آن شود، به راحتی در داخل داربست نفوذ می‌کند. برای انجام تست ابتدا داربست در داخل حجم مشخصی از اتانول ( $W_d$ ) به مدت ۵ دقیقه غوطه‌ور شد تا حباب‌های هوا به طور کامل خارج شود، سپس تغییر حجم اتانول به عنوان  $W_1$  ثبت شد. داربست به آرامی از داخل اتانول خارج و حجم اتانول باقیمانده به عنوان  $W_w$  در نظر گرفته شد. در نهایت porosity با استفاده از رابطه زیر به دست آمد:

$$\varepsilon(\%) = \frac{(W_w - W_d)}{(W_w - W_1)} \times 100$$

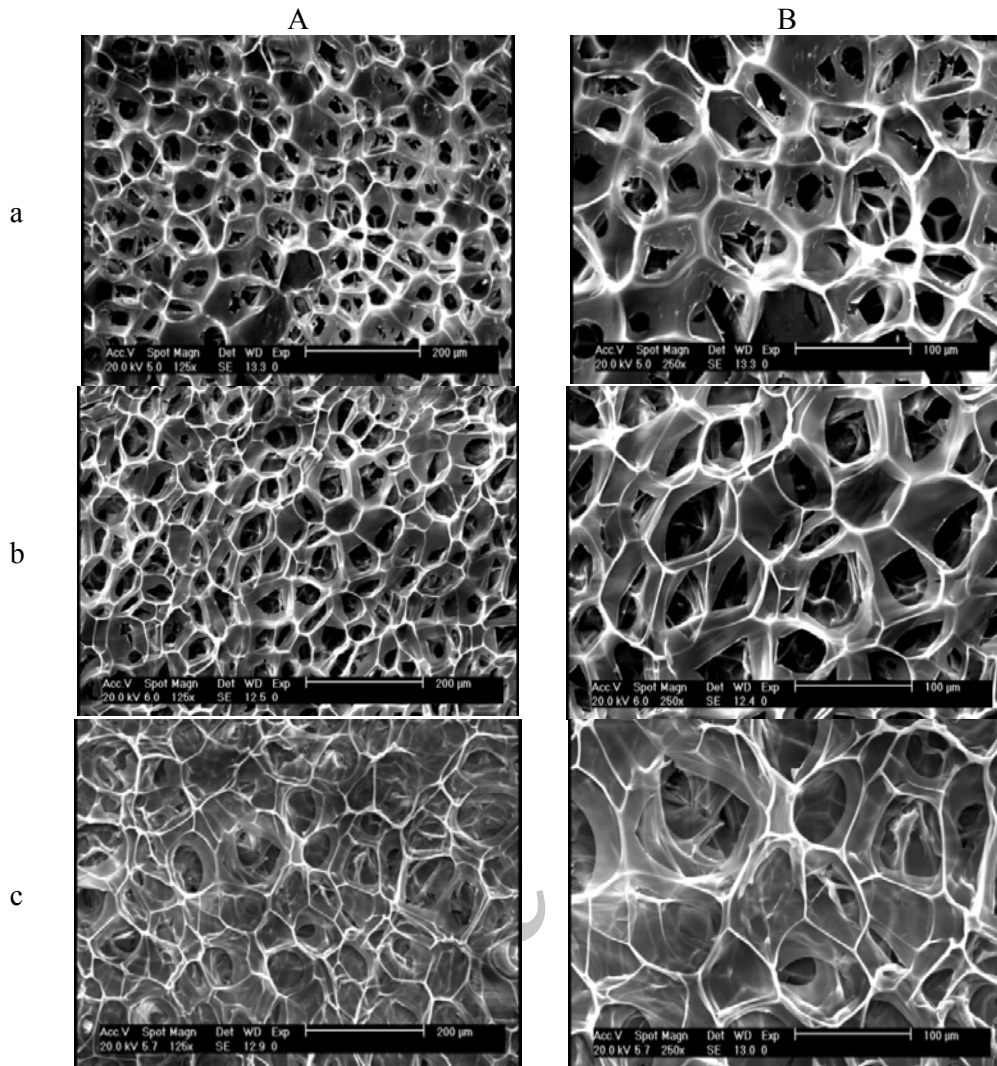
### خنثی سازی و افزایش پایداری داربست‌ها

از اتانول مطلق برای افزایش پایداری داربست‌ها استفاده شد بدین صورت که ۵/۰ میلی‌لیتر اتانول مطلق روی داربست‌ها ریخته شد و پس ۳۰ دقیقه الکل و اسید (استیک اسید به کار رفته در تهیه ژل داربست‌ها) در شستشوی داربست با PBS از داربست‌ها خارج شد. این مرحله قبل از کشت سلول روی بستر انجام می‌شود.

دارند. از جمله مشکلاتی که در رابطه با سلول‌های بنیادی و بویژه سلول‌های اپیتلیال پرده آمیون مطرح است، اتصال این سلول‌ها به بستر بوده و فراهم آوردن شرایط مناسب برای بهبود اتصال این سلول‌ها چالش پیش روی محققین می‌باشد. یکی از اهداف مهندسی بافت، تولید داربست‌های متخلخل (scaffold) به منظور فراهم کردن ریز ساختار مناسب برای اتصال، مهاجرت و رشد سلول و نیز به عنوان الگویی برای ایجاد بافت جدید می‌باشد. این داربست‌ها که در حکم ماتریکس خارج سلولی هستند (extracellular matrix)، می‌توانند بسته به مواد سازنده خود به دو شکل سنتتیک و طبیعی باشند. در مقایسه با پلیمرهای سنتتیک، ماکرومولکول‌های طبیعی باعث تسهیل اتصال، بقاء و در نهایت تمایز سلول می‌شوند.

داربست‌های مورد استفاده در مهندسی بافت باید دارای چندین ویژگی باشند، از جمله: زیست سازگاری، تجزیه‌پذیری بدون تولید محصولات سمی برای سلول، پایداری، ویژگی‌های مکانیکی و در نهایت اندازه حفرات مناسب. نفوذپذیری ساختارهای سه بعدی مورد استفاده در مهندسی بافت برای انتشار مواد غذایی و خروج مواد زائد از اهمیت بسیاری برخوردار است و عامل موثر در این امر سایز و ارتباط حفرات ساختار با یکدیگر می‌باشد (۲، ۳). از سوی دیگر سایز حفره میزان انتقال پیام توسط اجزاء ماتریکس خارج سلولی را تعیین می‌کند، به نحوی که تعیین کننده درگیری گیرنده‌های سلولی با ماتریکس خارج سلولی می‌باشد (۱). با توجه به موارد یاد شده انتخاب ماده سازنده داربست و استفاده از تکنیک مناسب از اهمیت زیادی برخوردار است. در سال‌های اخیر استفاده از کیتوزان به دلیل ویژگی‌های جالب بیولوژیکی این ساختار قندی، از جمله زیست سازگاری و ایجاد کمپلکس‌های پلی‌الکترولیت گسترش یافته است. به دلیل در دسترس بودن و ویژگی‌های ذکر شده، از کیتوزان در تهیه داربست‌های مورد استفاده در جایگزینی غضروف، میکروپارتیکل برای رهایش کنترل شده دارو و در تولید بستر مناسب برای رشد سلول‌های فیبروبلاست در ترمیم پوست استفاده می‌شود (۵، ۶).

همچنین مطالعاتی در زمینه اثر دما در شکل گیری حفرات با سایزهای مختلف در ساختارهای متشکل از کیتوزان و کلاژن صورت گرفته است، ولی مطالعه‌ای که به طور ویژه برای ارزیابی اتصال سلول‌های اپیتلیال پرده آمیون روی داربست‌های کیتوزان و ژلاتین باشد، تاکنون انجام نشده است.



شکل ۱- میکروگراف های الکترونی داربست های کیتوزان-ژلاتین ایجاد شده در دمای ۳۷- و در زمانهای (a) ۲۰، (b) ۲۴ و (c) ۷۲ ساعت از مرحله پیش انجماد. بزرگنمایی تصاویر ستون (A) 125 X، (B) 250 X.

پس از انجام مرحله خنثی سازی، داربست ها به مدت یک ساعت در محیط DMEM قرار گرفتند و سپس محیط روی داربست ها خارج و  $5 \times 10^5$  سلول روی هر بستر قرار داده شد. برای جلوگیری از تجمع سلول در یک قسمت، سوسپانسیون سلولی در نقاط مختلفی از سطح قرار گرفت. به منظور اتصال سلول، داربست به مدت یک ساعت در انکوباتور  $CO_2$  با دمای ۳۷ درجه سانتی گراد قرار گرفت و پس از آن ۰/۵ میلی لیتر محیط DMEM/F12 همراه با آنتی بیوتیک (پنی سیلین - استرپتومایسین)، ۱۰ درصد FBS و ۱۰ نانوگرم در میلی لیتر فاکتور رشد EGF، در هر چاهک ریخته شد. سلول ها به مدت ۲۴ ساعت روی بسترهای ذکر شده در انکوباتور  $CO_2$  کشت داده شدند.

#### جداسازی سلول های اپیتلیال پرده آمینون

با اخذ رضایت کتبی، جفت همراه با پرده های جنینی، از مادران باردار سالم تحت عمل سزارین الکتیو اخذ شد و پس از انتقال به آزمایشگاه و جداسازی پرده های جنینی از جفت، پرده آمینون به روش مکانیکی (peeling) از پرده کوریون جدا شد. در شرایط استریل سلول های اپی تلیال به روش هضم آنزیمی با تریپسین-EDTA ۰/۱۵ درصد از پرده آمینون جداسازی شدند. در نهایت حیات سلولی با تریپان بلو ارزیابی شد (۸).

#### کشت سلول های اپی تلیالی روی داربست های کیتوزان و کیتوزان-ژلاتین

برسد. محیط DMEM همراه با ۱۰ درصد از ماده MTT به هر چاهک اضافه و به مدت ۴ ساعت در انکوباتور قرار گرفت. پس از خارج کردن محیط همراه با MTT، روی هر بستر دی-متیل سولفوکساید (DMSO) اضافه گردید. داربست فاقد سلول به عنوان کنترل در نظر گرفته شد (۹).

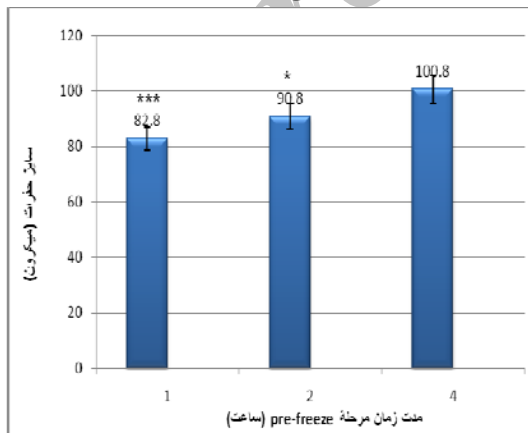
### تحلیل آماری

برای تحلیل داده‌ها (اطلاعات مربوط به سایز حفرات داربست) از نرم افزار INSTAT و آزمون آماری ANOVA استفاده شد. نتایج به صورت میانگین  $\pm$  انحراف معیار بیان شد و  $P < 0/5$  به عنوان اختلاف معنی‌دار در نظر گرفته شد.

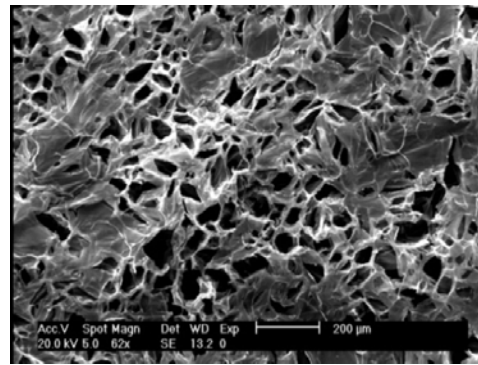
### یافته‌ها

#### مشاهدات میکروسکوپ الکترونی

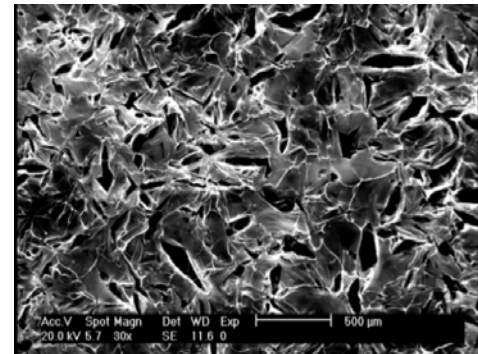
داربست‌های تهیه شده در زمان‌ها و دماهای مختلف، از لحاظ سایز حفرات بررسی شدند. نتایج بیانگر رابطه مسقیم بین کاهش دما و زمان با کوچکتر شدن اندازه حفرات بود. بدین صورت که داربست‌هایی که به مدت یک ساعت در دمای ۸۰- و ۱۹۶- درجه سانتی‌گراد قرار گرفتند، حفرات کوچک‌تری از داربست‌هایی که در دمای پیش انجماد ۲۰- درجه سانتی‌گراد و در مدت زمان‌های ۲ و ۴ ساعت قرار گرفته بودند تشکیل دادند. از سوی دیگر اختلاف سایز حفرات را می‌توان با تغییر زمان (در دماهای بالا مثل ۲۰-) نیز مشاهده کرد. نتایج بیانگر اختلاف معنی‌دار سایز حفرات بین دمای ۱ و ۴ ساعت بود (نمودار ۱)، در حالی که اختلاف سایز بین زمان ۱ و ۲ ساعت خیلی معنی‌دار نبود. از این رو برای بررسی porosity داربست‌های تهیه شده در دمای ۲۰- درجه سانتی‌گراد که دارای سایز حفرات مطلوب بود ارزیابی شدند.



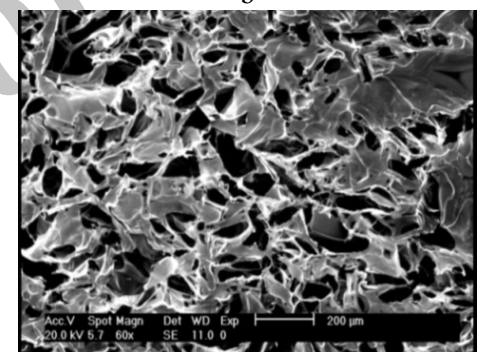
نمودار ۱- میزان سایز حفرات داربست برحسب مدت زمان (مرحله). داده‌ها حاکی از اختلاف معنی‌دار سایز حفرات در مدت زمان ۱ و ۴ ساعت از مرحله پیش انجماد می‌باشد ( $P < 0/05$ );  $P < 0/001$ \*\*\*



a



b



c

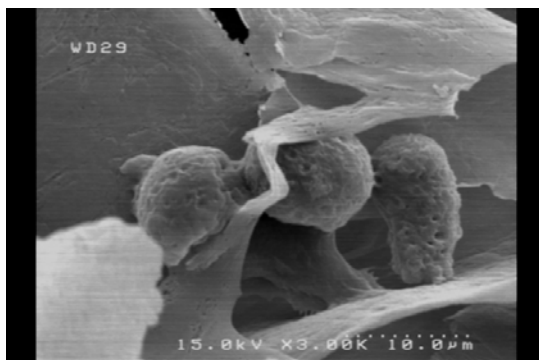
شکل ۲- میکروگراف‌های الکترونی داربست‌های کیتوزان-ژلاتین ایجاد شده در دمای ۸۰- در زمان‌های (a) ۱، (b) ۲ و (c) ۴ ساعت از مرحله پیش انجماد. بزرگنمایی تصویر (a) 62 X (b) 30 X و (c) 60 X

#### بررسی توان اتصال سلول به بستر با تست MTT

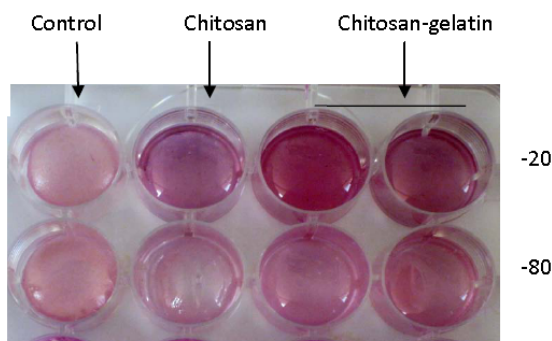
برای بررسی اتصال سلول‌های اپی‌تلیال به داربست‌های کیتوزان و ژلاتین، از روش ماکروسکوپیک تغییر رنگ داربست به واسطه اتصال سلول استفاده شد. بدین منظور  $5 \times 10^5$  سلول روی داربست‌های تیمار شده با محیط کشت ریخته شد و با اضافه کردن ۰/۵ میلی‌لیتر محیط کشت کامل، به مدت ۲۴ ساعت در دمای ۳۷ درجه انکوبه شد. پس از طی این مدت، محیط روی داربست‌ها خارج و با PBS شست‌شده شدند تا احتمال شرکت سلول‌های شناور در ایجاد رنگ به حداقل

**تست MTT**

بررسی حیات و تأیید اتصال سلول به داربست با استفاده از تست MTT و نیز تصاویر SEM انجام شد. اختلاف رنگ نمونه کنترل فاقد سلول و داربست حاوی سلول در شکل ۴ نشان داده شده است.



a



b

شکل ۴- (A) میکروگراف الکترونی سلولهای اپیتلیال پرده آمینون روی داربست. (B) در این شکل اتصال سلول های اپیتلیال به داربست های کیتوزانی و کیتوزان-ژلاتین که در ایجاد رنگ بیشتر نقش دارند تایید شده است، در ضمن اثر سایز بزرگتر حفرات (داربست های ایجاد شده در دمای ۲۰-) در افزایش اتصال سلولها به داربست به واسطه اختلاف رنگ مشهود است.

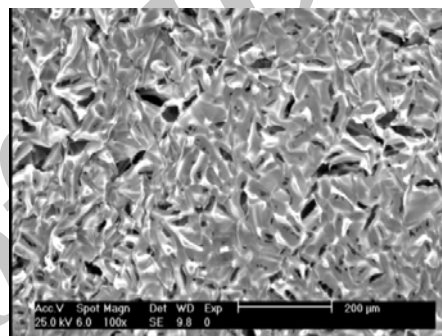
**بحث**

تفاوت های بیولوژیک رفتاری بین سلول های موجود در بدن و سلول های کشت شده در محیط *in vitro* تعدادی از محققین را بر آن داشت تا مطالعات خود را روی مدل های سه بعدی، که شرایط ریز محیط بافت های زنده را بهتر نشان می دهند متمرکز کنند. مدل های سه بعدی که برای شبیه سازی محیط های طبیعی (به ویژه ماتریکس خارج سلولی) طراحی شده اند، بر بسیاری از رفتارهای سلولی همچون توانایی در اتصال، مهاجرت و تمایز اثر گذارند. از جمله این تفاوت ها غلظت نسبتاً پایین

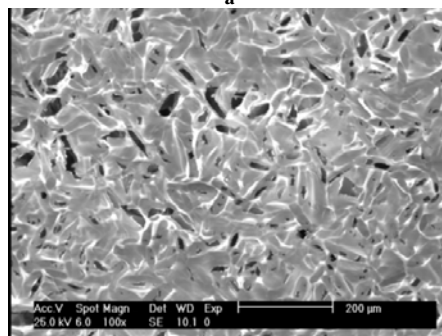
قابل ذکر است که زمان مرحله pre-freeze در تخلخل داربست نقش مهمی نداشته بلکه درصد مواد سازنده اهمیت دارد. شکل های ۱ تا ۳، تفاوت سایز و وجود ارتباط بین حفرات ساختار های کیتوزان-ژلاتین را در دما و زمان های متفاوت از مرحله پیش انجماد نشان می دهد. به دلیل تشابه تصاویر داربست های کیتوزان با کیتوزان-ژلاتین از تکرار آن خودداری شده است.

**Porosit**

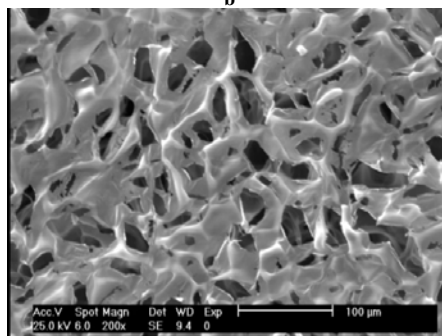
تخلخل داربست ها طبق روش ذکر شده و با سه بار تکرار اندازه گیری شد. میزان تخلخل پذیری در داربست کیتوزان برابر ۷۲/۳±۱/۱۵ و در داربست کیتوزان برابر ۸۵/۷±۲/۳۱ بود و آزمون نشان داد که این اختلاف به لحاظ آماری معنی دار است ( $p < 0.001$ ).



a



b



c

شکل ۳- میکروگراف های الکترونی داربست های کیتوزان-ژلاتین ایجاد شده در دمای ۱۹۶- و در زمانهای (a) ۱، (b) ۲ و (c) ۴ ساعت از مرحله پیش انجماد. بزرگنمایی تصویر (a) 100 X، (b) 62 X و (c) 200 X

حفرات مناسب برای کشت سلول تهیه کرد (۱۳، ۱۴). با توجه به اینکه اتصال و گسترش سلول و حتی حیات آن متاثر از اندازه و ارتباط حفرات داربست می‌باشد، انتخاب درست سایز حفرات از اهمیت زیادی برخوردار است (۱۵، ۱۶). محدوده ایده‌آل این سایز بسته به مواد مورد استفاده و نوع سلول متغیر است ولی در منابع گوناگون محدوده ۱۵۰-۱۰۰ میکرون برای حمایت رشد و مهاجرت اکثر سلول‌ها مناسب است. به عنوان مثال مطالعه‌ای که روی بسترهای کیتوزان و ژلاتین صورت گرفت حاکی از کاهش قابل ملاحظه حیات سلول‌های فیروبیلاست و اندوتلیال روی داربست‌هایی با سایز حفره ۸۰-۵۰ میکرون نسبت به داربست‌های کیتوزانی با اندازه حفرات ۱۵۰-۱۰۰ میکرون بود (۶). نتایج مشاهدات تصاویر میکروسکوپ الکترونی نشان داد که با کاهش دما، سایز حفرات کاهش معنی‌داری داشته و از سوی دیگر افزایش مدت زمان مرحله پیش انجماد به ویژه در ۳-۲ ساعت اول در افزایش اندازه حفرات نقش دارد، به طوری که تفاوت بین مدت زمان ۱ و ۴ ساعت معنی‌دارتر بود (نمودار ۱). داربست‌های ایجاد شده در دمای ۲۰- درجه سانتی‌گراد سایز حفرات حدود ۱۰۰ میکرون را نشان دادند و برای مراحل بعدی مطالعه و کشت سلول انتخاب شدند. دومین عامل مهم، تخلخل داربست است که ارتباط چندانی با دما و مدت زمان مرحله پیش انجماد نداشته و غلظت اجزاء سازنده بر آن مؤثر است. تخلخل داربست‌ها نیز محاسبه شد و میانگین بالای ۷۰ درصد نتیجه مورد قبولی بود.

از آنجایی که کاربرد داربست‌ها علاوه بر برآوردن اهداف *in vitro*، به صورت ایده‌آل می‌تواند جایگزین تشکیلات از دست رفته در طب ترمیمی باشد، لازم است تا ابتدا عملکرد آنها را در حفظ حیات و کارایی سلول‌ها بررسی کنیم. مرحله دوم مطالعه، بررسی حیات و اتصال سلول به داربست با استفاده از تصاویر SEM و تست MTT بود. نتایج MTT، تغییر رنگ بسترهای حاوی سلول را نسبت به نمونه‌های شاهد نشان داد. به دلیل جذب مقداری از رنگ فورمازان توسط داربست، تست MTT به شکل رایج انجام نشد، بلکه تایید اتصال سلول با مشاهده اختلاف رنگ بین داربست تحت کشت و شاهد به دست آمد.

نتایج این پژوهش بیانگر مناسب بودن داربست‌های کیتوزان-ژلاتین به منظور کشت سلول‌های اپیتلیال پرده آمنیون و بهره‌گیری از آن در پژوهش‌های مهندسی بافت می‌باشد.

لیگندهای سطحی (اهداف اینتگرین‌های سلول) به ازای واحد سطح در بستر دوبعدی است، در حالی که مدل‌های سه‌بعدی اغلب شامل دسته لیگندهای متراکم و فیبریلار است. همچنین بسترهای دوبعدی نوعی پلاریزاسیون پشتی-شکمی (Dorsal-ventral) را به سلول تحمیل می‌کند که در شرایط *in vivo* و نیز مدل‌های سه بعدی مشاهده نمی‌شود. زیرا محیط‌های سه بعدی به سلول اجازه می‌دهند تا سلول از همه سطوح خود به بستر متصل شده و نه تنها به عنوان یک حمایت‌گر فیزیکی عمل می‌کنند، بلکه با فراهم کردن اطلاعات مضاعف، سلول‌ها را وارد مسیرهای تمیزی معین می‌نمایند.

از مزایای دیگر محیط‌های سه بعدی، پراکنش اینتگرین‌های سطحی سلول بوده که در مسیرهای سیگنالینگ اثرگذار است. برای مثال اینتگرین‌ها یک نوع فعالیت تطابقی در پاسخ به سختی محیط (وابسته به ماهیت بستر) نشان می‌دهند و سطح بیان مولکول‌هایی چون پروتئین‌های اتصال کانونی (Focal Adhesion Proteins) شامل تالین، پاکسیلین و P130 را تغییر می‌دهند. از این رو مدل‌های سه بعدی با تقلید شرایط *in vivo* به ما اجازه می‌دهند تا فاکتورهای اختصاصی را در شرایط نزدیک به حالت فیزیولوژیک، با توجه به ابعاد، معماری و نیز پلاریتی سلول بررسی کنیم (۱۰).

از فاکتورهای مؤثر بر ویژگی‌های داربست‌ها و نیز توانایی اتصال و مهاجرت سلول در آن، اجزاء سازنده و غلظت آنها می‌باشد. در این تحقیق نخست با استفاده از کیتوزان و ژلاتین داربست‌های مناسب آماده سازی شد. مزایای استفاده از کیتوزان، زیست سازگاری، قابلیت جذب زیستی و عدم شکل‌گیری پاسخهای ایمنی علیه آن (اهداف پیوند) و در دسترس بودن آن می‌باشد. علاوه بر این، مولکول قندی کیتوزان با ایجاد اتصال متقاطع (Cross-link) موجب پایداری داربست شده و به ایجاد حفرات همگن در ساختار کمک می‌کند. ژلاتین نیز به دلیل دارا بودن سکانس شبه RGD (لیگاند بسیاری از اینتگرین‌های سلولی)، در بهبود اتصال سلول به داربست مؤثر بوده و ترکیب آن با کیتوزان به پراکنش لیگندهای اینتگرین (RGD) در ساختار و ایجاد بستر مناسب برای کشت سلول کمک می‌نماید (۱۳-۱۱). مرحله اول ساخت داربست‌های کیتوزان-ژلاتین در دما و زمان‌های متفاوت از مرحله پیش انجماد بود. از آنجایی که سایز حفرات داربست وابسته به تغییرات دمایی و مدت زمان این مرحله است، با تغییر هر یک از این عوامل وان داربستی با سایز

## REFERENCES

- Marcus AJ, Woodbury D. Fetal stem cells from extra-embryonic tissues: do not discard. J Cell Mol Med 2008; 12: 730-42.

2. Lawrence BJ, Madihally SV. Cell colonization in degradable 3D porous matrices. *Cell Adh Migr* 2008; 2: 9-16.
3. Huyashi T. Biodegradable Polymer for Tissue Engineering. *J Pro Polym Sci* 1994; 19: 663-702.
4. Murphy CM, Haugh MG, O'Brien FJ. The effect of mean pore size on cell attachment, proliferation and migration in collagen-glycosaminoglycan scaffolds for bone tissue engineering. *Biomaterials* 2010; 31: 461-6.
5. Kean T, Roth S, Thanou M. Trimethylated chitosans as non-viral gene delivery vectors: cytotoxicity and transfection efficiency. *J Control Release* 2005; 103: 643-53.
6. Huang Y, Onyeri S, Siewe M, Moshfeghian A, Madihally SV. In vitro characterization of chitosan-gelatin scaffolds for tissue engineering. *Biomaterials* 2005; 26: 7616-27.
7. Zhao F, Yin Y, Lu WW, Leong JC, Zhang W, Zhang J, et al. Preparation and histological evaluation of biomimetic three-dimensional hydroxyapatite/chitosan-gelatin network composite scaffolds. *Biomaterials* 2002; 23: 3227-34.
8. Miki T, Lehmann T, Cai H, Stolz DB, Strom SC. Stem cell characteristics of amniotic epithelial cells. *Stem Cells* 2005; 23: 1549-59.
9. Gelinsky M, Welzel PB, Simon P, Bernhardt A, Konig U. Porous three-dimensional scaffolds made of mineralised collagen: Preparation and properties of a biomimetic nanocomposite material for tissue engineering of bone. *J Chem Engineering* 2007; 137: 84-96.
10. Even-Ram S, Yamada KM. Cell migration in 3D matrix. *Curr Opin Cell Biol* 2005; 17: 524-32.
11. Ma L, Gao CH, Mao ZH, Zhou J, Shen J, Hu X, et al. Collagen/chitosan porous scaffolds with improved biostability for skin tissue engineering. *J Biomaterials* 2003; 24: 4833-41.
12. Griffon D, Sedighi M, Schaeffer D, Eurell J, Johnson A. Chitosan scaffold: interconnective pore size and cartilage engineering. *Acta Biomater* 2006; 2: 313-20.
13. Shen F, Cui YL, Yang FL, Yao KD, Dong XH. A study on the fabrication of porous chitosan/gelatin network scaffold for tissue engineering. *Poly Int* 2000; 49: 1596-99.
14. Jing XI, Jing LI, Lin ZHU, Gong Y, Zhao N, Zhang X. Effect of quenching temperature and time on pore diameter of poly(3-hydroxybutyrate-co-3-hydroxyhexanoate) porous scaffolds and MC3T3-E1 osteoblast response to the scaffolds. *Tsinghua Science & Technology* 2007; 12: 366-71.
15. Brien FJ, Harley BA, Yannas IV, Gibson LJ. The effect of pore size on cell adhesion in collagen-GAG scaffolds. *Biomaterial* 2005; 26: 433-41.
16. O'Brien FJ, Harley BA, Waller MA, Yannas IV, Gibson LJ, Prendergast PJ. The effect of pore size on permeability and cell attachment in collagen scaffolds for tissue engineering. *Technol Health Care* 2007; 15: 3-17.