

بررسی عوامل مؤثر بر میزان ماندگاری سرما در ژلهای نگهدارنده سرما

Evaluation of Effective Parameters on Cold Duration in Cryoaccumulator Gels

محمد تقی خراسانی*

تهران، پژوهشگاه پلیمر و پتروشیمی ایران، پژوهشکده علوم، صندوق پستی ۱۴۹۶۵/۱۱۵

دریافت: ۸۱/۷/۸، پذیرش: ۸۱/۹/۲۰

چکیده

ژلهای نگهدارنده سرما می‌توانند سرما را برای مدتی طولانی در خود نگه دارند. از این ژلهای در پزشکی و همچنین در انتقال مواد زیستی استفاده می‌شود. در این مقاله، روش ساخت دو نوع از این ژلهای نگهدارنده سرما، که اصطلاحاً ژلهای نرم و ژل سخت نامیده می‌شوند، ارائه می‌گردد. برای ساخت ژلهای مزبور از پلی‌آکریل آمید تهیه شده به روش پلیمرشدن رسوبی در استون، به عنوان پلیمر تشکیل‌دهنده ژل استفاده شد. برای بررسی میزان ماندگاری سرما در ژلهای ساخته شده، تغییرات دمای این ژلهای با زمان اندازه‌گیری شد. آزمایش‌های انجام شده نشان می‌دهد که میزان ماندگاری سرما در ژلهای سخت خیلی بیشتر از ژلهای نرم است. به عبارت دقیق‌تر، زمان مؤثر متوسط یک ژل نرم، در حدود ۳ ساعت است، در حالی که این زمان برای یک ژل سخت تقریباً ۱۰ ساعت است. همچنین، اثر تغییر چگالی پیوندهای عرضی پلی‌آکریل آمید روی میزان ماندگاری سرما در ژلهای نرم بررسی و مشاهده شد که با تغییر این پارامتر می‌توان زمان مؤثر این ژلهای میزان زیادی افزایش داد.

(مجله علوم و تکنولوژی پلیمر، سال پانزدهم، شماره ۶، صفحه ۳۹۴-۳۸۹، ۱۳۸۱)

واژه‌های کلیدی

ژل نگهدارنده سرمای نرم،
ژل نگهدارنده سرمای سخت،
پلی‌آکریل آمید، پلیمر شدن رسوبی،
چگالی پیوندهای عرضی

مقدمه

فرآورده‌های ژنتیکی و داروها نیز از سرما استفاده می‌شود^[۱].

تاریخچه استفاده از سرما در پزشکی به بیش از صد سال می‌رسد، اما در سالهای اخیر به دلیل گسترش روش‌هایی مانند جراحی با سرما (cryosurgery)، روش‌هایی مانند خون و فراورده‌های آن، بافتها و سرما درمانی (cryotherapy) و تولید دماهای

امروزه از سرما و گرما در بسیاری از زمینه‌های پزشکی برای درمان بیماریهای مختلف استفاده می‌شود^[۲].

مواد زیستی که در پزشکی مورد استفاده قرار می‌گیرند، مانند خون و فراورده‌های آن، بافتها و اندامهای موردن استفاده در پیوند اعضاء، شیر مادر،

Key Words

soft cryoaccumulator gel,
hard cryoaccumulator gel,
polyacrylamide,
precipitation polymerization,
crosslinking density

موردنیاز، فناوری ساخت ساده و قابلیت استفاده چند باره را نیز دارا باشند. در این زمینه، بهترین و کاملترین جایگزینهایی که پیشنهاد شده‌اند سیستمهای تولیدکننده سرما یا گرمابه مبنای مواد شیمیایی [۶-۷] یا سیستمهای نگهدارنده سرما یا گرمابه مبنای مواد پلیمری اند [۸، ۹]. سیستمهای تولیدکننده سرما یا گرمابه عموماً شامل یک نمک اند که با حل شدن در یک حلال مثل آب، تولید سرما یا گرمای فوری می‌کند، اما سیستمهای نگهدارنده سرما یا گرمابه، عموماً شامل یک ژل یا یک عامل ژل شونده است که به عنوان عایق عمل می‌کند و می‌تواند سرما یا گرمابه ای مدتی طولانی در خود نگه دارد. عموماً برای استفاده از این سیستمهای آنها را در یک لفاف پلاستیکی قرار می‌دهند و کل مجموعه، یک بسته گرمایی (thermal pack) نامیده می‌شود.

بسته‌های گرمایی ژلی، که عموماً شامل یک ژل یا یک عامل ژل شونده‌اند، یکی از مهمترین انواع بسته‌های گرمایی‌اند. برای سرد کردن این نوع بسته گرمایی، می‌توان آن را در یخچال یا فریزر قرار داد و برای گرم کردن آن نیز می‌توان آن را در آب داغ قرار داد. با اینکه ژلهای مورد استفاده در بسته‌های گرمایی می‌توانند سرما یا گرمابه را تا مدت زیادی در خود نگه دارند، اما برای افزایش ماندگاری دمای این بسته‌ها روشهایی در مراجع پیشنهاد شده است، که عمدۀ این روشهای منحصر به استفاده از یک صفحه عایق در جداره داخلی یا خارجی لفاف بسته است [۹، ۱۰]. در این طرح، اثر عواملی همچون نوع مواد اولیه مصرف شده در ساخت این ژلهای گرمایی میزان چگالی پیوندهای عرضی پلیمر تشکیل دهنده ژل بر میزان ماندگاری دمای این ژلهای بررسی شده است. تشکیل دهنده ژل بر میزان ماندگاری دمای این ژلهای بررسی شده است. بدین منظور، ابتدا نوع ژل نگهدارنده سرما، که اصطلاحاً نرم و ژل سخت نامیده می‌شوند، ساخته شده و با اندازه گیری تغییرات دمایی این ژلهای با زمان، میزان ماندگاری سرما در آنها بررسی شد. سپس، به منظور کاهش سرعت انتقال گرمابه در ژلهای نرم و افزایش میزان ماندگاری سرما این ژلهای اثر تغییر چگالی پیوندهای عرضی پلیمر تشکیل دهنده ژل بر ماندگاری دمای این ژلهای بررسی شد.

تجربی

مواد

مواد مصرفی در ساخت ژلهای نگهدارنده سرما عبارتند از:

- پلی‌اکریل آمید به عنوان عامل ژل کننده،

- پلی‌اتیلن گلیکول $(HO(C_2H_4O)_nH)$ محصول شرکت

مرکب

- آب مقطر.

پایین (cryogenic) این مسئله به صورتی جدیتر مورد توجه قرار گرفته و علوم بنیادی و کاربردی استفاده از سرما بیش از پیش در حال گسترش است [۲]. پایین آوردن دمای بدن (hypothermy)، چه به صورت عمومی و چه به شکل موضعی، موجب تحول شکری در علم پزشکی خصوصاً جراحی شده است. در حال حاضر، از هیپوترمی در چشم پزشکی (برای برداشتن عدسی و معالجه آب مروارید و آب سیاه)، درمان تومورها (برای درمان بافت‌های سرطانی و تومورهایی که ممکن است بدخیم شوند) و همچنین در جراحی قلب، کبد، کلیه و مغز استفاده می‌شود [۲]. علاوه بر این، از سرما برای درمان ضایعاتی از قبیل کشیدگی عضلانی، رگ به رگ شدن، سردرد و گرفتگی‌های عضلانی نیز استفاده می‌گردد [۳]. از طرف دیگر، گرمابه درمانی (heat therapy) نیز فرایندی استاندارد در پزشکی برای درمان دردهایی از قبیل التهاب مفاصل (arthritis)، التهاب کیسه زلالی (bursitis)، سردرد، درد پشت و گردن، انقباضات دردناک دوران قاعدگی، فیبرومیالژیا (fibromyalgia) و دردهای عضلانی است [۳].

عموماً برای تولید سرما از وسایل طبیعی (آب، یخ یا مخلوط یخ و نمک) یا وسایل مصنوعی (یخ خشک، گازهای مایع شده و فرئون) استفاده می‌گردد. با استفاده از یخ می‌توان دمای نزدیک به 0°C بذست آوردن. در کارهای آزمایشگاهی، عموماً از مخلوط یخ با نمکهای مختلف برای ایجاد دمای حدود 40°C - استفاده می‌شود. برای ایجاد دمای پاییتر (200K) می‌توان از مخلوط کربن دیوکسید جامد (یخ خشک) با الكلها یا استرها استفاده کرد.

اگرچه استفاده از سرمایابی یخ و مخلوط یخ - نمک، بسیار ساده بنظر می‌رسد، اما این سیستمهای دارای معایی از قبیل مشکلات خرد کردن یخ و وارد کردن آن به داخل ظرف موردنظرندازند. یخ خشک نیز اگرچه نسبت به یخ و مخلوط یخ - نمک دمای پایینتری تولید می‌کند، اما تولید کربن دیوکسید جامد نیاز به صرف مخارج زیاد و تجهیزات ویژه دارد. همچنین به دلیل تبخیر آن امکان بازیابی محصول وجود ندارد.

در گذشته برای تامین سرما یا گرمابه مورد نیاز برای کارهای درمانی یا مصارف روزمره عموماً از بطریهای آب گرم و کیسه‌های یخ، که از مواد پلاستیکی یا لاستیکی ساخته می‌شدند استفاده می‌گردید. اما، استفاده از این وسایل عموماً با مشکلات زیادی همراه است. از جمله معایب این خیس شدن لباسهای بیماران و اسباب و اثاثیه می‌شوند و به ویژه برای مسافت و حمل و نقل مناسب نیستند. به دلیل بروز این گونه مشکلات، پژوهشگران همواره در تلاش بوده‌اند که روشهای جدیدی برای تولید و بکارگیری عوامل سرمایابی گرمای پیدا کنند که علاوه بر داشتن خواص

ساخت ژل نگهدارنده سرمای سخت

برای تهیه حدود ۱۰۰۰g ژل سخت، ۹۵۰ mL آب و ۵۰g پلی‌اکریل آمید در یک ظرف ۲L با هم مخلوط شد.

ساخت ژل نگهدارنده سرمای نرم

برای تهیه حدود ۱۰۰۰g ژل نرم، ۷۲۰ mL آب، ۲۳۰g پلی‌اتیلن گلیکول و ۵۰g پلی‌اکریل آمید در یک ظرف ۲L با هم مخلوط شد.

سود کردن نمونه‌ها و اندازه‌گیری تغییرات دما با زمان

برای سرد کردن نمونه‌های تهیه شده، ژلهای حاصل در کیسه‌های پلاستیکی از جنس پلی‌اتیلن ریخته شد و در فریزر در دمای حدود ۱۱°C- قرار داده شد. پس از ۷۲ ساعت که ژلهای مزبور در فریزر نگهداری شد و دمای آنها به حدود ۱۱°C رسید، نمونه‌ها از فریزر خارج و تغییرات دمای آنها در دمای آزمایشگاه (حدود ۲۵°C) به وسیله گرماسنجد رقمی در فواصل زمانی مشخص اندازه‌گیری گردید.

برای تهیه پلی‌اکریل آمید به عنوان عامل ژل کننده از آکریل آمید (H₂C=CHCONH₂) محصول شرکت آلدريچ، N'-متیلن بیس آکریل آمید₂ (CH₂(NHCOC=CH₂) به عنوان عامل ایجاد پیوند عرضی در پلیمر شدن آکریل آمید از شرکت فلوکا، α'-آزوایزو بوتیرو نیتریل (C₈H₁₂N₄) به عنوان آغازگر پلیمر شدن آکریل آمید و استون به عنوان حلال که هر دو محصول شرکت مرک اند استفاده شد.

دستگاهها

برای تهیه پلی‌اکریل آمید از یک راکتور یک لیتری (contalab) مجهر به ژاکت روغن و همزن U شکل استفاده گردید. برای تهیه ژلهای و مخلوط کردن مواد نیز از همزنی با دور زیاد استفاده شد. برای سرد کردن نمونه‌ها از فریزری با دمای حدود ۱۱°C و برای اندازه‌گیری تغییرات دمای ژلهای با زمان نیز از گرماسنج رقمی termomer 20 استون شرکت Iskara استفاده شد.

روشها

تهیه پلی‌اکریل آمید

برای تهیه پلی‌اکریل آمید به صورت پودر از روش پلیمر شدن رسوبی در استون استفاده شد [۱۰]. پلیمر شدن در دمای ۶۰°C در راکتور یک لیتری انجام گرفت. قبل از پلیمر شدن، محلول سردی از مونومر (۳۸g)، عامل ایجاد پیوند عرضی (۱/۱۴g) و آغازگر (۰/۶۰۸g) در استون (۵۵۰mL) با عبور گاز نیتروژن از داخل آن، به صورت کامل اکسیژن زدایی شد. بدین ترتیب، پلی‌اکریل آمید به صورت ذرات خیلی ریز از مخلوط واکنش رسوب کرد. واکنش پس از ۴ ساعت تقریباً کامل شد. سرعت همزن در مرحله واکنش ۶۰ دور بر دقیقه بوده است. پلی‌اکریل آمید پودری از شیرابه بدست آمده صاف و کاملاً با استون شسته شد و در آون خلاء در دمای ۵۰°C تاریخی به وزن ثابت خشک گردید.

نتایج و بحث

برای ساخت ژلهای نگهدارنده سرما می‌توان از عوامل ژل کننده مختلف استفاده کرد. خواص فیزیکی بعضی از پلیمرهای مورد استفاده در ساخت ژلهای نگهدارنده سرما در جدول ۱ ارائه شده است. در این جدول، برای مقایسه خواص فیزیکی یخ نیز داده شده است. در تجزیه و تحلیل مسائل انتقال گرما، نسبت ضریب انتقال گرما به ظرفیت گرمایی، خاصیتی مهم است که نفوذپذیری گرمایی (α) نامیده می‌شود و دارای واحد m^2/s است:

$$\alpha = k / \rho C_p \quad (1)$$

جدول ۱ - خواص فیزیکی یخ و بعضی از پلیمرهای مورد استفاده در ساخت ژلهای نگهدارنده سرما [۱۱، ۱۲].

مواد	خواص	گرمای ویژه (J/kg.K)	چگالی (kg/m ³)	ضریب انتقال گرما (W/m.K)	نفوذپذیری گرمایی $\alpha \times 10^6$ (m ² /s)
پلی‌وینیل الکل		۱۳۰۰	۱۱۹۰ - ۱۳۱۰	۰/۲۲۵	۰/۱۳۲ - ۰/۱۴۵
پلی‌اکریل آمید		۱۸۷۵	۱۳۰۰	۰/۰۹۲	۰/۰۳۷۷
پلی‌اتیلن اکسید		۲۰۰۰	۱۱۳۰	۰/۲	۰/۰۸۸۵
یخ		۲۰۴۰	۹۲۰	۷/۸۸	۱/۰۰

می‌ماند و پس از آن شروع به افزایش می‌کند تا به دمای محیط برسد. عموماً برای اینکه بتوان از یک ژل نگهدارنده سرما برای سرما درمانی استفاده کرد، نباید حداقل دمای آن از حدود $(12/20^{\circ}\text{C})$ کمتر باشد [۳]. با وجود این، به منظور استفاده از این ژلهای برای حمل و نقل، نگهداری مواد زیستی و دیگر مصارف غیر درمانی می‌توان این ژلهای را تا دماهای خیلی پایینتری سرد کرد. همچنین، اگر زمان مؤثر یک ژل نگهدارنده سرما مدت زمانی که دمای این ژل زیر 15°C باقی می‌ماند تعريف شود، با استفاده از شکل ۱ می‌توان زمان مؤثر یک ژل سخت را با یک ژل نرم مقایسه کرد. در شکل ۲ زمان مؤثر تقریبی این دو ژل با هم مقایسه شده است. همان طور که از شکل ۲ مشخص است، زمان مؤثر یک ژل نرم در حدود سه ساعت است، در حالی که زمان مؤثر یک ژل سخت تقریباً ده ساعت است.

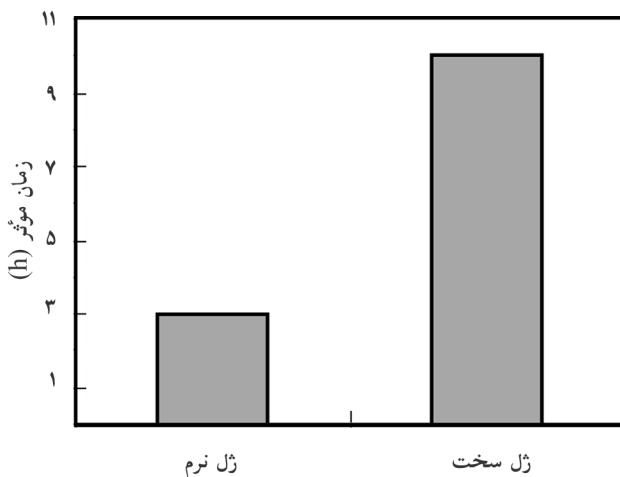
همان طور که از فرمولیندی ارائه شده برای ساخت ژلهای نرم و سخت مشخص است، در ساخت ژلهای نرم، از یک ماده پایین آورندۀ دمای ذوب استفاده می‌شود. اضافه کردن این ماده به ژلهای نرم موجب می‌شود که وقتی این ژل برای سرد شدن در یخچال قرار داده می‌شود بین نزند و همچنان نرم و انعطاف‌پذیر باقی بماند، در حالی که اگر ژل سخت در یخچال قرار داده شود کاملاً بخ می‌زند و سفت و سخت می‌گردد. بیشتر بودن زمان ماندگاری سرما در ژلهای سخت نسبت به ژلهای نرم را می‌توان با توجه به این مطلب توجیه کرد. اگر یک ژل سخت و یک ژل نرم برای سرد شدن در یخچال قرار داده شوند، پس از خارج کردن این ژلهای از یخچال، تا رسیدن به دمای 0°C ، روند تغییرات دمایی این دو ژل تقریباً یکسان و به صورت نمایی است، اما بالاتر از این دما روند تغییرات دمای این دو ژل کاملاً متفاوت است. وقتی که دمای یک ژل سخت به

حاصلضرب چگالی (ρ) و گرمای ویژه (C_p)، که عموماً ظرفیت گرمایی حجمی نامیده می‌شود، معیاری برای قابلیت نگهداری انرژی گرمایی یک ماده است.

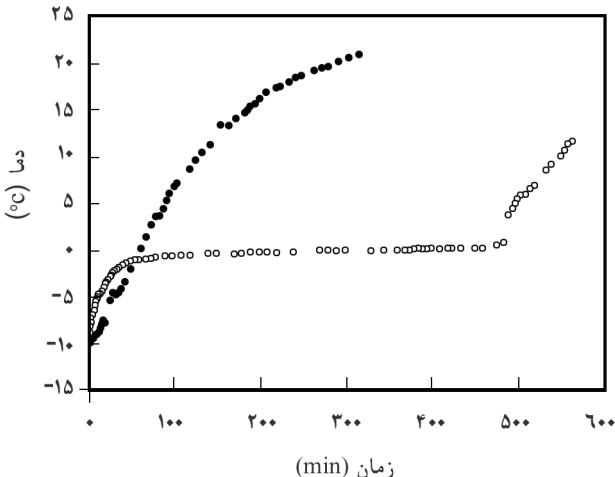
کمیت α نشان‌دهنده قابلیت یک ماده برای انتقال انرژی گرمایی نسبت به قابلیت آن ماده برای ذخیره این انرژی است. موادی با α بزرگ، بسرعت به تغییرات دمای ایجاد شده در محیط پاسخ می‌دهند، در حالی که موادی با α کوچک خیلی کندتر به این تغییرات پاسخ می‌دهند و بنابراین، زمان بیشتری طول می‌کشد تا به شرایط تعادل جدیدی برسند. از لحاظ فیزیکی، α معیاری از انتقال گرما (k) نسبت به ذخیره انرژی (ρC_p) است [۱۲].

با توجه به تعریف ارائه شده برای کمیت α ، مشخص است که ماده‌ای برای استفاده در ژلهای نگهدارنده سرما به عنوان عامل ژل کننده مناسبتر است که تا حد ممکن دارای α کوچکتری باشد. بنابراین، با توجه به داده‌های جدول ۱، در بین عوامل ژل کننده یاد شده، پلی‌آکریل آمید مناسبترین ماده برای استفاده در ژلهای نگهدارنده سرماست. به همین دلیل، در این طرح از پلی‌آکریل آمید به عنوان عامل ژل کننده برای تهیه ژلهای نگهدارنده سرما استفاده گردید.

در شکل ۱ تغییرات دمای یک نمونه از ژلهای نرم و سخت تهیه شده بر حسب زمان رسم شده است. همان‌طور که در شکل مشاهده می‌شود، میزان ماندگاری سرما در ژلهای سخت خیلی بیشتر از ژلهای نرم است. به عنوان مثال، دمای یک ژل نرم در مدت حدود ۳ ساعت از -10°C به $+15^{\circ}\text{C}$ می‌رسد، در حالی که برای اینکه دمای یک ژل سخت از حدود -10°C به $+10^{\circ}\text{C}$ برسد در حدود ۹ ساعت طول می‌کشد. همان‌طور که از شکل مشخص است، دمای ژل سخت تا مدت زیادی در نزدیکی 0°C باقی



شکل ۲ - مقایسه زمان مؤثر ژلهای نرم و سخت ساخته شده.



شکل ۱ - نمودار تغییرات دمای یک نمونه از ژلهای ساخته شده با زمان: (●) ژل نرم و (○) ژل سخت.



شکل ۴ - نمونه هایی از بسته های گرمایی ساخته شده در این طرح با شکل های مختلف برای استفاده در قسمت های مختلف بدن.

چگالی پیوندهای عرضی از روش تورم استفاده شده است [۱۳]. همان طور که از این شکل پیداست، با افزایش چگالی پیوندهای عرضی پلی آکریل آمید تا میزان مشخصی، زمان مؤثر افزایش و سپس دوباره کاهش می یابد. افزایش اولیه زمان مؤثر با افزایش چگالی پیوندهای عرضی پلیمر به تغییر ظرفیت گرمایی پلیمر مربوط می شود. یعنی با افزایش چگالی این پیوندها، مقدار ظرفیت گرمایی افزایش و در نتیجه مقدار کاهش می یابد که در نتیجه آن زمان مؤثر ژل افزایش پیدا می کند. اما، با افزایش بیشتر چگالی زمان مؤثر کاهش می یابد که این پدیده به نفوذ آب به داخل شبکه مربوط می شود، یعنی با افزایش چگالی پیوندهای عرضی، مقدار این نفوذ و در نتیجه تورم کاهش می یابد و زمان مؤثر سیر نزولی خواهد داشت. بنابراین، با افزایش چگالی پیوندهای عرضی پلی آکریل آمید به مقدار $3 \times 10^{-4} \text{ mol/cm}^3$ می توان زمان مؤثر ژلهای نگهدارنده سرمای نرم را تا میزان ۴ ساعت افزایش داد.

نمونه هایی از بسته های گرمایی ساخته شده در این طرح در شکل ۴ نشان داده شده است. برای ساخت این بسته های گرمایی از ژلهای نگهدارنده سرمای تهیه شده و فیلم های پلاستیکی از جنس پلی اتیلن استفاده شده است.

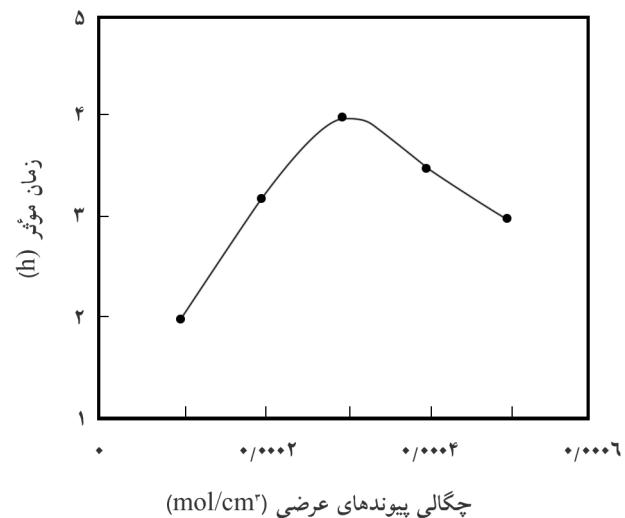
نتیجه گیری

در این پژوهش، روش ساخت دو نوع ژل نگهدارنده سرمای که اصطلاحاً

حدود 0°C می رسد، سرعت تغییرات دمای این ژل تقریباً متوقف می گردد و علت آن وجود یخ در این ژل است. به عبارت دیگر، به دلیل وجود یخ در این ژل، تازمانی که این یخ ذوب نشده است، دمای این ژل نزدیک به 0°C باقی می ماند و پس از ذوب کامل یخ موجود در ژل، دوباره افزایش دمای ژل آغاز می گردد تا زمانی که دمای آن به دمای محیط برسد. اما، به دلیل وجود عامل پایین آورنده دمای ذوب در ژلهای نرم، این ژلهای هیچ گاه یخ نمی زند و بنابراین دمای این ژل به شکل پیوسته و یکنواخت تغییر می کند تا به دمای محیط برسد.

حال اگر قرار باشد این ژلهای برای سرمای درمانی روی بدن فرد بیمار قرار گیرد، به دلیل انعطاف پذیر بودن ژلهای نرم، میزان انتقال گرمایین ژل نرم و بدن بیمار خیلی بیشتر از میزان انتقال گرمایین ژل سخت و بدن بیمار خواهد بود. علت آن است که ژلهای نرم می توانند شکل بدن بیمار را به خود گیرند و به صورتی کاملاً مماس به سطح پوست بیمار بچسبند. به همین دلیل، ژلهایی که در حال حاضر در بازار موجودند عموماً نوع نرم اند. اما، همان طور که از شکلهای ۱ و ۲ مشخص است، میزان ماندگاری سرمای در ژلهای نرم خیلی کمتر از ژلهای سخت است که نقصی برای ژلهای نرم محسوب می شود. بنابراین، با اینکه میزان ماندگاری سرمای در ژلهای سخت خیلی زیاد است اما به دلیل انعطاف ناپذیری این نوع ژل نمی توان از آن برای کارهای درمانی و مصارف روزمره استفاده کرد. اما، به دلیل قابلیت خوب نگهداری سرمای در ژلهای سخت، می توان از این ژلهای برای نگهداری و همچنین انتقال مواد زیستی از یک شهر یا کشور به یک شهر یا کشور دیگر استفاده کرد.

شکل ۳ نمودار تغییرات زمان مؤثر ژلهای نرم را با تغییر چگالی پیوندهای عرضی پلی آکریل آمید نشان می دهد. برای اندازه گیری



شکل ۳ - نمودار تغییرات زمان مؤثر ژلهای نرم با تغییر چگالی پیوندهای عرضی پلیمر.

می‌رسد، در حالی که این زمان برای یک ژل نرم حدود ۳ ساعت است. بنابراین، میزان ماندگاری سرما در ژلهای سخت خیلی بیشتر از ژلهای نرم است. با اینکه میزان ماندگاری سرما در ژلهای نرم خیلی کمتر از ژلهای سخت است، اما با تغییر چگالی پیوندهای عرضی پلی‌اکریل آمید به میزان 3×10^{-4} mol/cm³، زمان مؤثر این ژلها به ۴ ساعت افزایش می‌یابد.

ژل سخت و ژل نرم نامیده می‌شوند، ارائه شده است. با توجه به میزان نفوذپذیری گرمایی (α) پایین پلی‌اکریل آمید در مقایسه با پلیمرهای مشابه، از این پلیمر که به روش پلیمرشدن رسوبی تهیه شد، به عنوان پلیمر تشکیل دهنده ژل استفاده شد. اندازه گیری تغییرات دمای ژلهای تهیه شده با زمان نشان می‌دهد که دمای یک ژل سخت در مدت تقریباً ۱۰ ساعت از حدود ۱۵°C به

مراجع

- Lehmann J.F. and DeLateur B.J., "Therapeutic Heat"; *Therapeutic Heat and Cold*; Lehmann J.F. (Ed.), 4th ed., Williams and Wilkins, Baltimore, 1990.
- Ibid, "Cryotherapy".
- Douglas T.E., "Biomagnetic Hot and Cold Therapy Pack", *US Pat. 6,187,031*; February 13, 2001.
- Kohout D.J., "Extended Life Cold Pack", *US Pat. 6,233,945*; May 22, 2001.
- Dunshee W.K. and Chang R.W.H., "Instant Hot or Cold, Reusable Cold Pack", *US Pat. 4, 462, 224*; July 31, 1984.
- Spencer J.J., "Device for Use as a Hot and Cold Compress", *US Pat. 3,885,403*; 1975.
- Morse F.J., "Flexible Cooling Device and Use Thereof", *US Pat. 3, 545, 230*; 1970.
- Gordon T.H., Walasek S. and Bernard P.S., "Reusable Soft Fabric Cold Compress", *US Pat. 4,910,978*; March 27, 1990.
- Verakas J.P., "Chemical Thermal Pack", *US Pat. 3,874,504*; 1975.
- Hron P., Slechtova J., Smetana K., Dvorankova B. and Lopour P., "Silicone Rubber-Hydrogel Composites as Polymeric Biomaterials", *Biomaterials*; **18**, 15,1069-1073, 1997.
- Brandrup J., Immergut E.H. and Grulke E.A.; *Polymer Handbook*; 4th ed., John Wiley & Sons, New York, 1999.
- Incropera F.P. and DeWitt D.P.; *Fundamentals of Heat and Mass Transfer*; 4th ed., John Wiley & Sons, New York, 1996.
- Omidian H., Hashemi S.A., Askari F. and Nafisi S., "Swelling and Crosslink Density Measurements for Hydrogels", *Iran. J. Polym. Sci. Tech.*; **3**,2,115-119, 1994.