介孔 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ 生醫材料的合成與其特性研究

張莉毓¹ 賴善慈¹ 呂道元¹ 徐守毅¹ 沈雅琦² 陳珀璋³
 ¹國立屏東科技大學機械工程系
 91201 屏東縣內埔鄉老埠村學府路 1 號
 ²南榮科技大學美容造型設計系、³電子工程系
 73746 台南縣鹽水鎮朝琴路 178 號

摘要

比起一般傳統的生醫玻璃,介孔材料具有較高的孔體積及比表面積的特性,利用此特性使 植入物表面沉澱出更多的氫氧基磷灰石層。本研究是利用少量的MgO來替代CaO,以非離子型 界面活性劑為有機模板,聚胺基甲酸乙酯(PUF)作為結構支架,利用溶膠-凝膠法製備高比表面 積之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅。以XRD、SEM、TEM、氦氣吸附/脫附等溫曲線分析該材料之微 結構及比表面積,再經過生物活性測試觀察樣品浸泡模擬體液前後之性質差異,以研究介孔 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅對氫氧基磷灰石形成的影響。實驗結果顯示,經氦氣吸附/脫附等溫曲線分 析,煆燒溫度700℃,Ca:Mg比例為2:0.6時可獲得較高比表面積的介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅。透 過XRD分析同樣浸泡SBF 3天後的介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅,於煆燒溫度750℃時長出氫氧基磷 灰石結晶。由SEM觀察浸泡SBF 1天後,皆可長出氫氧基磷灰石。TEM的電子繞射圖分析亦證 實介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅,於煆燒溫度700℃,浸泡SBF 3天後可長出氫氧基磷灰石。

Synthesis and Characterization of Mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ Biomaterial

LAY GAIK TEOH¹, SHAN TZU LAI¹, DAO YUAN LU¹, SHOU YI SHYU¹, YA CHI SHEN² and PO CHANG CHEN³

¹Department of Mechanical Engineering, National Pingtung University of Science and Technology NO. 1, Shuefu Road, Neipu, Pingtung 912, Taiwan.

² Department of Styling & Fashion Design, Nan Jeon University of Technology,
 ³ Department of Electronic Engineering, Nan Jeon University of Technology,
 No. 178, Chau-Chin Road, Yen-Shui, Tainan Hsien 73746, Taiwan.

ABSTRACT

Mesoporous bioglasses have received much interest because of their high specific surface area and pore volume, and exhibit better in vitro bone forming bioactivity compared to conventional bioglasses. In this study, the effects of the substitution of CaO by MgO in the mesoporous bioglasses and hydroxyapatite (HA) forming ability were studied. Mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ with high surface specific area were prepared by sol-gel process and the synthesis accomplished by using triblock copolymer as the template and PUF as scaffold. Using XRD, SEM, TEM, and N₂ adsorption-desorption isotherms characterized the microstructure and specific surface area of the samples. By bioactivity tests we observe the microstructure of samples before and after soaking in simulated body fluid (SBF). N₂ adsorption-desorption isotherms analysis showed that mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ with high specific surface areas were obtained at 700 °C for Ca:Mg ratio of 2:0.6. XRD results reveal that a HA layer started to form on the surface in 3 days after mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ calcined at 750 °C was immersing in SBF. After soaking 1 day, the HA crystals can be clearly observed by SEM. Selected area electron diffraction patterns proved that the HA forming on the surface of the scaffolds after soaking 3 days and after being calcined at 700 °C and 750 °C.

Key Words: biomaterials, mesoporous material, hydroxyapatite, sol-gel

一、前言

介孔材料因其高比表面積和孔體積,可應用在骨修復和 藥物傳遞[1,2]的生物活性材料,而受到非常多的關注。因 此,若是我們使用整齊排列的多孔性質,加上孔徑均一的特 性,勢必可以增加介孔生醫玻璃與骨骼組織之鍵結能力,使 其增加鍵合效應,進一步實現人體骨骼替代材料之開發[3]。

生醫材料必須和人體有高度的生物結合性,鎂在人體中的含量約25g,僅次於鈣、磷、鈉,其中的50~60%存在於骨頭中,它能輔助鈣和鉀的吸收,使骨骼成生長與維持,缺少鎂會抑制細胞成長,因此鎂是維持骨骼結構及功能不可缺少的因素之一[4]。故選用適量MgO研究CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ 是否為合適的骨組織替代材料。

本研究重點在於利用三嵌段兩性共聚物作為模板,四乙 氧基矽烷、磷酸三乙酯、硝酸鈣和氯化鎂為反應物,利用溶 膠-凝膠法[5,6]製備高比表面積之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ 生醫玻璃浸泡於聚氨酯海綿作為有機模板,製備介孔生物活 性玻璃支架,藉由非離子界面活性劑(F127)與聚氨基甲酸乙 酯(Poiyurethane,PUF)為模板,形成兼具介孔結構以及巨孔 支架(Scaffold)之生物活性玻璃,提供骨組織再生的良好環 境。最後將介孔支架浸泡於模擬體液中,觀察期經過不同時 間的浸泡後,介孔生物活性玻璃之表面變化。再利用材料分 析藉以了解煆燒溫度對於介孔生醫玻璃的合成之影響及生 物活性之研究。

二、實驗方法

首先將非離子型界面活性劑作為有機模板,將其溶入乙醇中,攪拌10分鐘,接著加入Ca(NO₃)2·4H₂O及一定比例的MgCl₂·6H₂O的化合物,再加入無機前驅物TEP及TEOS攪拌 至溶解均匀,最後再加入0.01 mol HCl於室溫下攪拌1小時, 並置於烘箱中以70 °C持溫48小時使其乾燥。接著將乾燥後 之產物以5 °C/min進行升溫煆燒至指定溫度,持溫時間3小時 後,爐冷至室溫,即得到介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻 璃。煆燒完成後,將塊狀生醫玻璃利用研砵跟杵手動研磨至 粉體,以達到實驗所需的顆粒大小。生醫玻璃支架的合成為 使用聚氨酯海綿作為支架,浸於矽、鈣、磷、鎂前驅物所製 成的溶膠。

本研究之生物活性測試,主要以CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ 介孔生醫玻璃粉末於模擬體液(Simulated Body Fluid,SBF) 中浸泡不同時間後之性質差異為分析目的。首先將煆燒後 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅介孔生醫玻璃粉末,取0.12 g浸泡於5 ml 之模擬體液中,模擬體液pH值為7.4,浸泡溫度為37 °C, 浸泡時間分別為1、3、5天,之後以去離子水清洗表面殘留 之模擬體液,並於室溫下乾燥後待測。

三、結果與討論

3.1 XRD分析

Fig. 1 (a)顯示Ca:Mg比例為2:0.6經700 ℃、750 ℃、800 ℃煆燒後所合成之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃並浸 泡於SBF中3天之 X-ray 繞射分析結果。由繞射分析圖中 700 ℃、750 ℃、800 ℃有明顯的寬峰出現在大約20°~30° 之間,說明此為二氧化矽形成無固定晶相的非結晶狀態所造 成,與典型的生醫玻璃特徵完全符合,於煆燒溫度在750 ℃、800 ℃,在31.7°出現的峰值,比對JCPD卡確認此爲氫 氧基磷灰石之特徵峰。

Fig. 1 (b)顯示Ca:Mg比例為2:0.6經700 ℃、750 ℃、800
℃煆燒後所合成之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃並浸
泡於SBF中5天之X-ray繞射分析結果。由繞射分析圖中700
℃、750 ℃、 800 ℃有明顯的寬峰出現在大約20°~30°之間,

說明此為二氧化矽形成無固定晶相的非結晶狀態所造成,與 典型的生醫玻璃特徵完全符合,於煆燒溫度800℃,在31.7° 出現的峰值,比對JCPD卡亦確認此爲氫氧基磷灰石之特徵 峰。



Fig. 1 XRD patterns of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ calcined at 700°C~800°C after being soaked in SBF for (a) 3 and (b) 5 day.

3.2 BET分析

Fig. 2 (a)所示為Ca:Mg合成比例為2:0.6經700 ℃保燒後 所得之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃之氦氣吸附/脫附 等溫曲線圖與孔徑分佈圖,其吸附/脫附行為有遲滯現象, 遲滯現象之發生乃是因為產物中具有孔洞之結構所造成,曲 線型態符合Type IV之氦氣等溫吸附/脫附曲線,而遲滯曲線 為Type IV-H2,而我們可觀察到在較低相對壓力下已經有氣 體吸附,此為氦氣於孔洞中之單層吸附,而當相對壓力値約 0.4~0.75時吸/脫附曲線呈現陡峭狀,這是由於孔洞內的氣體 產生了毛細凝結現象造成氦氣吸附量大幅增加。其孔洞分佈 圖明顯的呈現出孔洞均一的特性。圖中顯示當煆燒溫度為 700 ℃時,其平均孔徑為55Å,比表面積為240.52 m²/g,而 氦氣吸附量可達0.338 cm³/g。

Fig. 2 (b)所示為Ca:Mg合成比例為2:0.6經750 °C煆燒後 所得之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃之氦氣吸附/脫附 等溫曲線圖與孔徑分佈圖。由圖中我們可以觀察到當相對壓 力値約0.4~0.85時吸附量急遽上升,曲線型態為典型介孔材 料type IV型曲線,遲滯曲線為H2型,有明顯之毛細管吸/脫 附現象,使其導致吸附曲線急遽爬升,形成有範圍的遲滯迴 圈,是具有細頸而寬體(ink bottle)形狀之孔洞所造成。圖中 顯示當煆燒溫度為750 °C時,其平均孔徑為54 Å,比表面積 為169.75 m²/g,而氦氣吸附量約可達0.246 cm³/g。

Fig. 2 (c)所示為Ca:Mg合成比例為2:0.6經800 °C煆燒後

所得之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃之氦氣吸附/脫附 等溫曲線圖與孔徑分佈圖。圖中我們可以觀察到當相對壓力 値約0.45~0.95時吸附量急遽上升,曲線型態為type IV 型曲 線,遲滯曲線為H2型。其平均孔徑為71Å,比表面積為38.03 m^2/g ,而氦氣吸附量約可達0.058 cm $^3/g$ 。



Relative pressure (P/Po)

Fig. 2 N_2 adsorption-desorption isotherm and BJH pore size distribution curves for mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg=2 : 0.6) calcined at (a) 700, (b) 750, (c) 800 °C.

3.3 SEM分析

Fig. 3為Ca:Mg合成比例為2:0.6經700 ℃煆燒後之 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃,(a)為未浸泡SBF之前,可發 現粉末表面並未生成任何物質;(b)為浸泡SBF1天後,材料 表面有明顯之析出,可看出有塊狀物質溶解的現象;(c)則 為浸泡於SBF3天後,可看出已堆積更多晶柱狀粒子的生成 物;(d)則為浸泡於SBF5天後,在材料表面也發現堆積很多 晶柱狀粒子之形狀析出物。

Fig. 4為Ca:Mg合成比例為2:0.6經750 ℃煆燒後之 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃,(a)為未浸泡SBF之前,可發 現粉末表面並未生成任何物質;(b)為浸泡SBF1天後,材料 表面有明顯之析出,可看出已堆積很多晶柱狀粒子的生成的 現象;(c)則為浸泡於SBF3天後,可看出已堆積更多晶柱 狀粒子的生成物;(d)則爲浸泡於SBF5天後,在材料表面 也發現堆積很多蟲條狀粒子之形狀析出物。

Fig. 5為Ca:Mg合成比例為2:0.6經800 ℃ 煆燒後之
 CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃,(a)為未浸泡SBF之前,

可發現粉末表面並未生成任何物質;(b)為浸泡SBF1天 時後,材料表面有明顯之析出,可看出有長條狀粒子的 生成物;(c)則爲浸泡於SBF3天時後,可看出已堆積更 多長條狀粒子的生成物;(d)則爲浸泡於SBF5天後,在 材料表面也發現堆積很多晶柱狀粒子之形狀析出物。

3.4 TEM分析

Fig. 6為Ca:Mg比例為2:0.6, 煆燒溫度700 ℃浸泡於37 ℃之SBF 3天之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃支架的 TEM分析結果。由圖中可觀察到明(a)、暗(b)視野有少量的 氫氧基磷灰石存在,但由繞射圖可觀察到已有明顯的結晶相 產生。



Fig. 3 SEM images of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg = 2:0.6) calcined at 700 °C after soaking in SBF for (a) 0, (b) 1, (c) 3, (d) 5 days.



Fig. 4 SEM images of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg = 2:0.6) calcined at 750 °C after soaking in SBF for (a) 0, (b) 1, (c) 3, (d) 5 days.



Fig. 5 SEM images of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg = 2:0.6) calcined at 800 °C after soaking in SBF for (a) 0, (b) 1, (c) 3, (d) 5 days.



Fig. 6 TEM images of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg = 2:0.6) calcined at 700 °C after soaking in SBF for 3 day, (a) bright field, and (b) dark field.



Fig. 7 TEM images of mesoporous CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅ (Ca:Mg = 2:0.6) calcined at 750 °C after soaking in SBF for 3 day, (a) bright field, and (b) dark field.

Fig. 7為Ca:Mg比例為2:0.6, 煆燒溫度750 ℃浸泡於37℃ 之SBF 3天之介孔CaO-MgO-SiO₂-P₂O₅生醫玻璃支架的TEM 分析結果。由圖中可觀察到明(a)、暗(b)視野有些許的氫氧 基磷灰石存在,且由繞射圖亦觀察到具有明顯的氫氧基磷灰 石結晶相,經JCPD卡比對確定是氫氧基磷灰石(HA)(JCPD 卡為NO.09-0432)。

四、結論

Ca:Mg合成比例2:0.6, 煆燒溫度700℃, 由SEM觀察分 析浸泡SBF 1天後有長出氫氧基磷灰石, 而隨著煆燒溫度和 浸泡模擬體液時間的增加其析出物也會增加,於750℃時長 得最好。將浸泡模擬體液後之析出物經XRD和TEM分析比 對驗證後, 證實析出物爲氫氧基磷灰石結晶相。

參考文獻

- Hench, L. L. (1998) Biomaterials: A Forecast for the Future, *Biomaterials*, 19, 1419-1423.
- Cao, W. and L. L. Hench, (1996) Bioactive Materials, Ceramics International, 22, 493-507.
- Slowing, I. I., B. G. Trewyn, S. Giri, V. S.-Y. Lin (2007) Mesoporous Silica Nanoparticles for Drug Delivery and Biosensing Applications, *Adv. Funct. Mater*, 17, 1225-1236.
- Xia, W. and J. Chang (2006) Well-Ordered Mesoporous Bioactive Glasses (MBG): A Promising Bioactive Drug Delivery System, *Journal of Controlled Release*, 110, 522-530
- 施威任(民96),奈米級氫氧基磷灰石之合成及燒結, 國立成功大學材料科學及工程學系博士論文,頁28-29。
- Ren, H. L., Y. Yue, C. H. Ye, L. P. Guo, J. H. Lei (1998) NMR Study of Crystallization in MgO-CaO-SiO₂-P₂O₅ Glass-Ceramics, *Chemical Physics Letters*, **292**, 317-322.