透明質酸與硫酸軟骨素對於 活體血管新生作用的影響

指導教授:鄭葳、陳君侃 教授 作者:吳漢傑、周耀民、王愛淳

前言

血管新生作用(angiogenesis) 是指在胚胎發育過程中及在一些 正常或病理的狀況下出已建立的 微血管長出微血管芽的新生血管 過程(1,4)。血管新生作用受到許 多生長因子如 a/bFGFs、 $TGF-\alpha/\beta$ 、EGF 的調控(5)。在正常 的生理作用下,如傷口癒合、生 殖過程,血管新生作用都是必要 的細胞生理作用(10)。然而許多 的疾病,如腫瘤形成,也同樣有 血管新生作用發生。腫瘤的生長 必須不斷的誘發新微血管網的形 成,以維持腫瘤的生長,並且得 以進入循環系統以轉移至身體其 他部份的組織(7)。

血管新生作用的進行,是血管壁內皮細胞受到生長因子的刺激活化後,分泌酵素使基底膜(Basement membrane)分解,內皮細胞得以侵入細胞外基質中,進行遷移、增殖、與分化;重新組成具有管腔的構造,最後形成新的微血管網。

血管新生作用開始時,先脫離基底膜而進入細胞外基質中(2)。細胞在外基質中的移動及再重組是需要沿著基底膜爬行,並且在移動的過程中需要蛋白質分解酵素來分解基底膜以除去內皮

細胞問的障礙(14)。許多文獻研 究指出細胞外基質的組成對於血 管新生作用時的內皮細胞有極重 要得影響(2)。外基質中的成份如 膠原蛋白(Collagen)、海帶氨酸 (Laminin)、纖維黏連蛋白 (Fibronectin)等,可促使內皮細 胞附著外基質表面而誘發血管新 生作用的進行(8)。而外基質中的 含水分子,胺基多醣類,與內皮 細胞進行交互作用而促使內皮細 胞型態改變(14)。在血管芽的形 成過程中,細胞外基質中不同結 構及組成是由於內皮細胞分泌酵 素分解原來存在的基底膜,並合 新 的 類 醣 蛋 成 (Glycoprotein)、蛋白多醣類 (Proteoglycan)及膠原蛋白,組成 新微血管之細胞外基質。因此內 皮細胞對於在血管形成中環繞在 自己周圍的細胞外基質成份扮演 著調控的角色。而在內皮細胞周 圍的細胞外基質的改變, 也是調 控不同時期新微血管的形成、組 織結構改變,以及內皮細胞在移 動、增生時,其型態特徵及功能、 行為的重要調控因素(1,6)。

透明質酸為包覆在更新、重組、及復原的組織中分裂與移動細胞的細胞外基質主要成份。透明質酸可能對於細胞附著、透明質酸可能對於細胞可不力。正常胚胎發育過程中,透明質酸對於胚胎血管位置的分類的,而透明質酸對於胚胎血管位置的分類的,而透明質酸的作用可能來自 1.親水的特性 2 細胞表面的交互作用(3,11,15)。透明質酸同時也影響

在傷口復原時,傷口組織中的生長因子和不同的細胞外癒傷的生成及適等新血管的生成及適等新血管的生成及傷口。另外由離體的實驗報查,透明質驗可直接誘導或細管新生作用,且在內皮細胞受對的分裂及遷移、以及過過的分裂及遷移、以及過過的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以之效性的分裂及遷移、以及之效性的分裂及遷移、以及之效性的分裂及遷移、以及

硫酸軟骨素亦為細胞外基質 中主要成份之一,常與透明質酸 結合。目前有關於硫酸軟骨素的 報告多偏向於神經突觸生長方向 之調控,對於血管新生作用之報 告極少。而在一些離體的實驗報 告中指出,硫酸軟骨素對於血管 新生作用並無促進或是抑制的作 用。

由文獻的回顧得知,胺基多 醣類為脊椎動物中重要的結構物 質,主要是形成皮膚與結締組織 連接的細胞外基質。硫酸軟骨素

實驗材料與方法

下面方法為一次實驗所需步驟,共處理十五隻大白鼠。 石蠟切片包理法 消毒器具

將解剖刀、鑷子、解剖剪、 止血鉗、持針器及開創器等解剖 器材以鐵盤裝盛,用錫箔包覆鐵 盤,再以鐵盤置於高溫高壓滅菌 釜中,密封後以 121 的高溫及 1. IKg/cm2 的高壓進行消毒殺菌 十五分鐘,待溫度降至室溫時取 出。縫合用角釘與棉線則浸於 70% 的酒精中消毒備用。

製作海綿圓片

將整塊 5mm 厚的聚乙烯海綿片(Polyester Sponge)剪成 30 個直徑 I.I cm 的圓形海綿片。以autoclave 消毒 30 個圓形海綿片,10 個一組分為三組處理,分別浸於生理食鹽水(PBS),及濃度為(3mg/ml)硫酸軟骨素與透明質酸中。

移植手術

取 30 隻 13 個月齡的雄性 S.D. 大白鼠,標定為三種處理,一為 對照組、兩為實驗組,分別稱其 重量,以(ImI/kg)的比例劑量抽取 適量的 Pentobarbitol, 對大白鼠 施予腹腔注射,將其麻醉。待麻 醉生效後,先以70%的酒精擦拭老 鼠背部欲剃除背毛的部份,再小 心仔細地將背毛予以剃除。將老 鼠固定後,置於無菌操作台上進 行手術,以70%酒精塗抹裸露的鼠 背後,用解剖刀割開1公分長的 傷口,把止血鉗伸入傷口內將皮 下組織層分離。用鑷子挾取圓形 海綿片,吸去多餘的液體後植入 老鼠的皮下,一隻老鼠植入同一 處理的兩塊圓形海綿片,一塊置 於傷口前端的皮下,另一塊則置 於傷口後端的皮下。對照組的老 鼠植入含 PBS 的圓形海綿片;而 實驗組的老鼠則分別植入含有硫 酸軟骨素與透明質酸的圓形海綿 片。將海綿植入之後,用持針器 持角針縫合傷口,縫合後於傷口 處以優碘擦拭消毒,避免發炎感 染。手術後將老鼠腹部向下,四 肢平伸置於鋪有墊料的籠內,待 其麻醉退了以後,給予老鼠正常 照料。14 天後再次進行手術,取 出海綿。

配置固定液

取 3%Formal dehyde 加上 PBS 製成固定液,置於冰箱中備用。 取出海綿

14 天後再次將老鼠麻醉,以 解剖刀把上次的傷口劃開,取出 圓形海綿組織塊置於固定液中過 夜,以徹底固定組織,取出海綿片的老鼠過量麻醉致死。隔天取出海綿組織塊,將每一塊海綿平均切成四塊扇形組織塊,再以 PBS 浸洗海綿組織塊 3 次,每次十五分鐘,去除固定液。

石蠟包埋

加入酒精進行脫水,每隔 30 分鐘換藥一次,酒精濃度依序為 50% 70% 80% 90% 95%到 100%。接下來每隔十五分鐘,依次以之酒精、二甲苯(xylene)混合液進行換藥,再置換成 100%的二甲苯。方類 100%的二甲苯。 再置換成 100%的二甲苯。 有蠟(Paraffin)混合液 進行換藥,再置換成 100%的 之二甲苯、石蠟(Paraffin)混合液 進行換藥,再置換成 100%的石蠟,之後靜置於烘箱中。兩個包埋製成組織蠟塊。

切片染色

脫水。最後將載玻片放入 100%的 二甲苯中 2 次,每次 5 分鐘,結 束後用封片膠封片,再將玻片放 置於通風處,靜待封片膠乾。 照相計數

將玻片置於顯微鏡下以 400 倍觀察,並且在癒傷組織的部份三次隨機照相,沖洗成 4x6 相片,然後以油性筆圈畫血管。計劃 時,先計算整碼相片所值。接著時,先計算整碼的所值。接著所有面積的比值。接著所有的比值。接著所有的的比值。有到整個切片照相,計算癒傷組織所值的比值,得到整個切片中所值的比值。其流過數值切片中所值的比值,得到整個切片的比值,得到整個切片的比值,得到整個切片的血管密度。

放射線注射法 配製放射劑

取 20λ¹²⁵I 放射劑之 Stock Solution 測其放射強度,將放射強度稀釋至每 20λ放射強度為 4x10°。 CPM(Count Per Minute)。 ¹²⁵I 股靜脈注射

18 天後將老鼠再次麻醉,將老鼠腹面朝上,四肢以膠帶固定,以酒精消毒老鼠後大腿內側,以手術刀畫開約 1cm 的傷口,挑出股靜脈用尼龍繩分別在注射點的上下端打結,千端綁緊,上端放鬆以便 125 I 進入循環系統。將 125 I 緩緩注入老鼠體內,注射劑量為每一百克注射 0.05ml,再將上端尼龍繩綁緊,以防止放射劑量流;靜置 30min 後取出海綿。取出海綿

以解剖刀把上次移植手術的 傷口割開,取出圓形海綿組織塊 將每一塊海綿平均切成二塊扇形 組織塊,置於固定液中,徹底固 定組織,取出海綿片的老鼠注入 過量麻醉劑致死。將海綿置於加 瑪計數器中讀取放射強度。

統計方法

把從每一切片中獲得的三個數據相加,取其平均值作基本數值。取得所有數值後,計算出各處理組的平均值、標準偏差與自由度。以 ANOVA 進行測試,判斷是否接受假說。

結果

實驗結果,在石蠟切片方 面:Figure 1a,b 分別為 HA 與 CS 處理之海綿於 400 倍下所得的相 片,由圖中可以看血管在癒傷組 織的分佈,紅色為紅血球、暗紫 色為纖維母細胞。而 Figure 1c,d 則是將 HA 及 CS 處理之海綿石蠟 切片在解剖顯微鏡下 2.5 倍的相 片,圖中海綿外圍的部份便是癒 傷組織。另外為由 Figure2 得知, CS 和 HA 處理過的海綿,其血管所 佔癒傷組織面積的比例在統計上 顯著高於對照組,顯示 CS 和 HA 會增加癒傷組織中血管的密度: 在Figure3中以CS和HA處理過的 海綿其癒傷組織面積佔整片海綿 面積的比例,在統計上顯著高於 對照組,由此得知 CS 和 HA 會增 加整塊海綿中癒傷組織的體積: 由前兩個面積比例之數據相乘而 得海綿片中所含血管之密度經統 計分析後得知(Figure 4),經過 CS 和 HA 處理後確實會增加整塊海綿中血管的密度,因此我們結論: CS 和 HA 會促進血管新生的作用。

在放射線注射方面: 植入海綿 18 天經 CS 處理過的海綿其放射強度和對照組沒有顯著差異;而 HA 處理過的海綿其放射強度顯著高於對照組(Fig.5)。由此可知由管理 HA 數值等 HA 數值等 HA 數值等 HA 對於血管新生作用有不同的效果,CS、HA 對於血管新生作用有不同的效果,因此我們必須探討 CS、HA 對於血管新生作用是否具有時效性。

為再造一步了解 CS 和 HA 在 整個血管新生過程中影響的程度 與時間的相關性,我們以1251放射 線注射的方法來進行實驗。將含 有 CS 和 HA 的海綿植入老鼠體內 分別於 7、14、21 天之後取出海 綿做放射線注射測定。該結果顯 示:CS 和 HA 處理過的海綿 14 天的 血管新生作用效果最好;而 21 天 處理之後取出的海綿其放射強度 明顯下降(Fig.5)。 對於 21 天 HA 和 CS 處理的海綿其放射強度下降 的原因推測認為是海綿中血管密 度下降,造成之原因是血管退 縮,因為生物體在利用能量上都 希望能作最有效的利用,在癒傷 組織形成之初須要大量血管提供 大量能量以供修補之需,而癒傷 完全之後,已結束修補的工作, 也就不需要大量的血管存在,故 血管退化以減少不必要的能量浪 費。另外也有可能是因為癒傷完 全後,已不需大量血流以提供能量,但是其血管密度沒變,血管不退縮,而是由微血管上的括約肌(Precapillary Sphincters)藉自動關閉來減少血量所造成的結果。

為了確定哪一個是造成21天處理之海綿放射強度下降之原因,進一步對21天處理之後取出的海綿進行石蠟切片觀察,並出期,與14天處理之海綿近照期,與14天處理之海綿。該結果,其血管密度顯著高於21天處理之後的海绵。故21天處理之後的海绵中之因,在於海綿中直接不過度下降,也就是血管退縮造成的結果。

討論

結果顯示出 HA 具促進血管新 生的作用,在機制上推測是由於 內皮細胞上 CD44 receptor 和 HA 之間的交互關係所造成的結果。 在其他文獻中有證實短鏈 HA 具有 促進血管新生的作用,而長鏈 HA 不具促進之作用,和我們所得的 結果不同,推測原因在於他們處 理長鏈 HA 的時間並未長達 14 天 之久, 而我們的實驗時間有7天 及長達 14 天的處理, 在結果中可 明顯的看出 7 天處理的海綿在各 組間並無明顯的差異,而實驗時 間長達 14 天以 HA 和 CS 處理的海 綿其放射強度顯著高於對照組, 故推測在這期間,一些內皮細 胞、纖維母細胞分泌 HA 分解酵 素,隨著時間將 HA 逐漸分解成短 鏈,進而達到促進血管新生的目的。故可確定的是組織在癒傷時需要血管新生,而血管新生的促進最初必須有出 HA 的分泌幫助內皮細胞的移動、分裂。另外 CS 同樣具有促進血管新生作用。

另外本實驗室曾以離體(in vitro)細胞培養實驗找出CS和HA在 3mg/ml 的濃度下血管新生的作用最佳,但此濃度遠遠超過於活體的生理濃度為避免會對血管新生產生負迴饋作用,因此我們將劑量減半來測其對血管新生程度的影響。結果顯示 3mg/ml 的劑量對血管新生並不會造成負迴饋。因而以此濃度進行實驗。

參考文獻

- 1. Diaz-Flores L., R. Gutierrez, and H. Varela, 1994, Angiogenesis Updata, Histol Histopath, 9:807-843.
- 2. Dvorak, F. H. V. S. Harvey, P. Estrella, L. F. Brown, and

- A. M. Dvorak, 1987, Fibrin containing gels induce angiogenesis, Lab. Invest., 57:673-686.
- 3. Feinberg R. N., and D. C. Beebe, 1987, Hyaluronate in Vasculogenesis, Science, 220:1177-1179.
- 4. Folkman J., 1986, Angiogenesis: What Makes Blood Vessels Grow, Am. Physiol. Soc., 1:199-201.
- Folkman J. and Y. Shing.,
 1992, Angiogenesis, J. Biol.
 Chem., 267:10931-10934.
- 6. Fridman R. Y. Alon, F. Doljanski, Z. Fuks, and I. Vlodavsky, 1985, Cell Interaction with the Extracellular Matrices Produced by Endothelial Cells and Fibroblasts, Exp. Cell Res., 158:461-476.
- 7. Montesano, R., J. D. Vassalli, A. Baird, F. Guillemin, and L. Orci., 1986, Basic Fibroblast Growth Factor Induces Angiogenesis in vitro, Natl. Acad. Sci. U.S.A., 83:7297-7301.
- 8. Pepper, M. S., J. D. Vassalli, L. Orci, and R. Montesano, 1993, Biphasic Effect of Transforming Growth Factor-β 1 on in vitro Angiogenesis, Exp. Cell Res., 204:356-363.
- 9. Priceton, N. J. and G.

- Berlin, 1993, Sulfated Polysaccharides in Inflammation, J. Lav. Clin. Med., 121:201-202.
- 10. Risau, W., H. Drexler, H. Zerwes, H. Schnurch, U. Albercht, and R. Hallmann, 1991, Molecular Mechanisms in Cellular Growth and Differentiation, Oxford University Press, New York, 207.
- 11. Rooney P., and S. Kumar, 1993, Inverse Relationship Between Hyaluronan and Collagens in Development and Agiogenesis, Differentiation, 54:1-9.
- 12. Sattar A., P. Rooney, S. Kumar, D. Pye, D. C. West, I. Scott, and P. Ledger, 1994, Application of Angiogenic Oligosaccharides of Hyaluronan Increases Blood Vessel Numbers in Rat Skin, J. Invest. Dermatol., 130:576-579.
- 13. Thomas, L., H. R. Byers, J. Vink, and I. Stamenkovic, 1992, CD44H Regulates Cell Migration on Hyaluronate-coated Substrate, 118:971-977.
- 14. Wang, D. Y., C. H. Kao, V. C. Yang, and J. K. Chen, 1994, Glycosaminoglycans Enhance Phorbol Ester-induced Proteolytic Activity and

- Angiogenesis in vitro, In Vitro Cell Dev. Biol., 30A:777-782.
- 15. West D. C., I. N. Hampson, F. Aronld, and S. Kumar, 1985, Angiogenesis Induced by Degradation Products of Hyaluronic Acid, Science, 228:1324-1346.

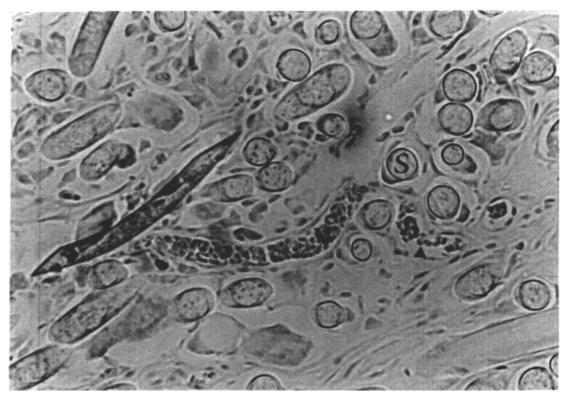


Fig.1a 經 HA 處理過 14 天的海綿其癒傷組織中血管分布的情形其中 V 爲血管、S 爲海綿纖維、箭頭所指爲紅血球(400×)

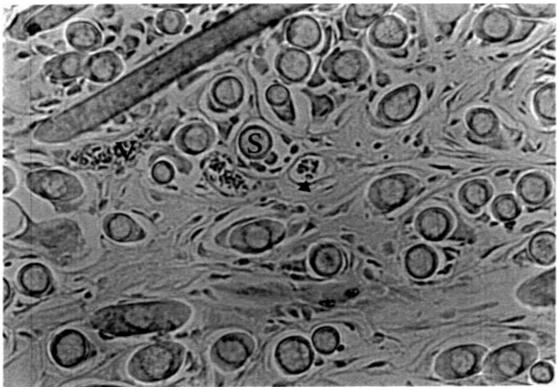


Fig.1b 經 CS 處理過 14 天的海綿其癒傷組織中血管分布的情形其中 V 爲血管、S 爲海綿纖維、箭頭所指爲紅血球(400×)

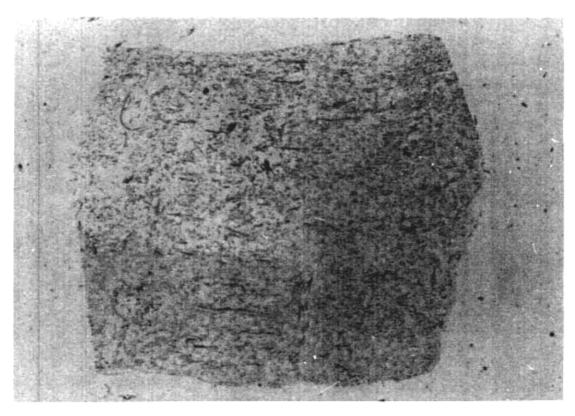


Fig.1c 經 HA 處理過 14 天的海綿其癒傷組織面積佔整片海綿面積的比例,海綿外圍顏色較深者爲癒傷組織(2.5×)

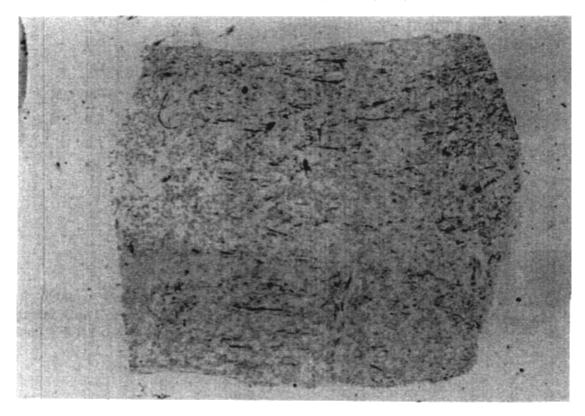


Fig.1c 經 CS 處理過 14 天的海綿其癒傷組織面積佔整片海綿面積的比例,海綿外圍顏色較深者爲癒傷組織(2.5×)

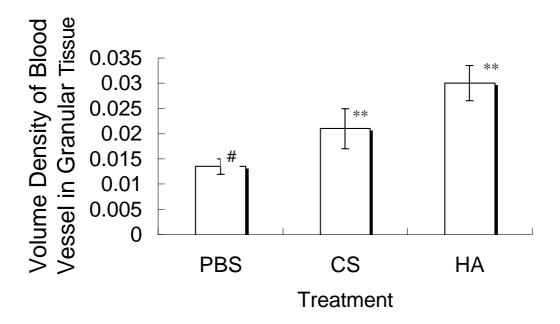


Fig.2 Volume density of blood vessels in granular tissue after 14 days treatment. Con:Control, CS:Chondroitin sulfate (3mg/ml), HA:Hyaluronic acid (3mg/ml). *Mean±S.E. (sponge number=8-10), **P<0.01, ***P<0.001

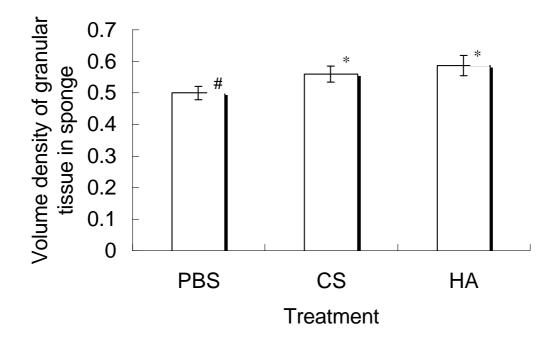


Fig.3 Volume density of granular tissue in polyester sponge after 14 days treatment. Con:Control, CS:Chondroitin sulfate (3mg/ml), HA:Hyaluronic acid (3mg/ml). *Mean±S.E. (sponge number=8-10), *P<0.05,

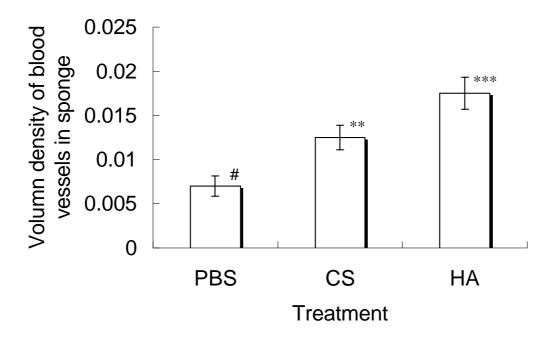


Fig.4 Volume density of blood vessels in polyester sponge after 14 days treatment. Con:Control, CS:Chondroitin sulfate (3mg/ml), HA:Hyaluronic acid (3mg/ml). *Mean±S.E. (sponge number=8-10), **P<0.01, ***P<0.001

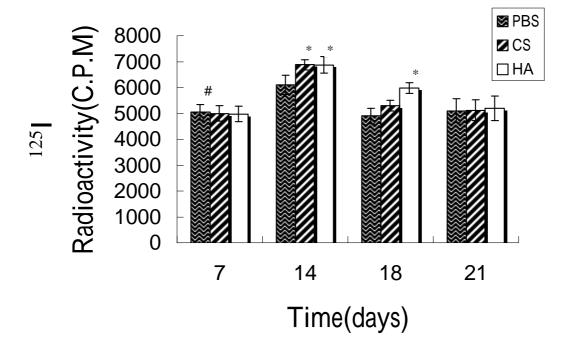


Fig.5 Radioactivity of ¹²⁵I-acetyl tyrosine in polyester sponge after 7,14,18,21 days treatment. The 125I-acetyl tyrosine was injected into fewur vein and circulated for 30 min. Con:Control, CS:Chondroitin sulfate (3mg/ml), HA:Hvaluronic acid (3mg/ml). *P<0.05

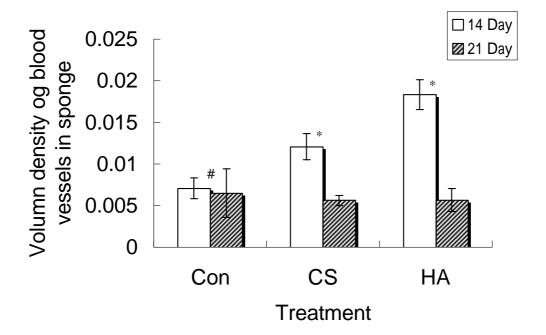


Fig.6 Volume density of blood vessels in polyester sponge after 14,21 days treatment. Con:Control, CS:Chondroitin sulfate (3mg/ml), HA:Hyaluronic acid (3mg/ml). *Mean±S.E. (sponge number=8-10), *P<0.05, **P<0.01