流体モデルによる脳血管障害の血行動態解析ならびに 外科治療にともなう変化について

> 京都大学医学部脳神経外科学教室(指導:菊池晴彦教授) 大 槻 宏 和

> > 〔原稿受付:昭和62年10月26日〕

Hemodynamic Study with Hydraulic Vascular Model on Cerebro-Vascular Diseases and Their Surgical Treatment

HIROKAZU OHTSUKI

Department of Neurosurgery, Faculty of Medicine, Kyoto University (Director: Prof. Dr. HARUHIKO KIKUCHI)

Although superficial temporal artery-middle cerebral artery (STA-MCA) anastemosis has been considered to be a safe flow-augmentation procedure for ischemic cerebro-vascular diseases in neurosurgical field, a few postoperative progression from stenosis to occlusion have been reported lately. In addition carotid ligation or balloon occlusion with or without STA-MCA anastomosis have been accepted methods for inaccesible ICA aneurysms. However there have been several reports of growth or rupture of the aneurysm and cerebral embolism originating from the site of occlusion or from the aneurysm. Although it is very important to predict what hemodynamic changes will happen after operation in order to clear possible causes of these events, these hemodynamic analysis and speculation are usually difficult because multiple factors are related in a complex fashion in a living body. One of the effective means is to simulate operative procedures and resulting changes by use of a hydraulic vascular model.

A vascular model of anterior half of the circle of Willis has been made of glass and silicone tubes, which is in similar dimensions to an averaged adult. Arterial blood flow and blood pressure in the model are adjusted to those of corresponding human major cerebral arteries. Peripheral vascular resistance is adjusted as to obtain a internal carotid flow of 144 ml/min at a intraluminal pressure of 60 mmHg.

A. MCA stenosis model.

Varying degree of stenosis is made in proximal MCA (M_1 portion of the model) with or without STA-MCA anastomosis to simulate MCA stenosis. Throughout these procedures, blood flow is measured either by electromagnetic flowmeter or by drop counting method in the

Key words: Carotid ligation, EC-IC bypass, Hemodynamics, Hydraulic model, Simulation study.

索引語:頭蓋内外血管吻合術,術後合併症,脳血行動態,脳血管モデル,バイパス.

Present address: Department of Neurosurgery, Faculty of Medicine, Kyoto University, Sakyo-ku, Kyoto 606, Japan.

following arteries; proximal MCA ($Flow(M_1)$), distal MCAs (Flow(MCA)) and STA (Flow (STA)). These results obtained are:

1. Under the condition of M_1 stenosis of varied degrees, flow in the MCA area (Flow(MCA)) increases after STA-MCA anastomosis. Its increment, however, is usually smaller than the inflow volume of STA (Flow(STA)), which is ascribed to the concomitant decrease in flow at M_1 portion (Flow(M_1)). The degree of changes in Flow(MCA) is found to depend largely on the flow volume of the cut STA, that is, "size or diameter of the STA".

2. When the M_1 stenosis is mild of around 20%, steadily increasing Flow(MCA) and decreasing Flow(M_1) are observed with the increase of the cut STA flow.

3. Under moderate M_1 stenosis of about 40% and 60%, decrease of Flow(M_1) becomes less evident, while increase of Flow(MCA) becomes more marked than under the condition of mild M_1 stenosis.

4. When the stenosis progresses to about 80%, remarkable increase in Flow(MCA) with unchanged Flow(M₁) is noted in proportion to the increasing STA flow.

Decreased $Flow(M_1)$ observed after STA-MCA anastomosis is considered to play an important role on the progression of a stenosis to occlusion from a biorheological point of view.

B. ICA aneurysm model.

A glass-model aneurysm of 2.5 cm in diameter is placed at the ICA bifurcation of the model to evaluate hemodynamics after therapeutic carotid occlusion with or without EC-IC bypass. Dye was injected into the aneurysm and intensity change of the light transmitted there was measured by a photocell. Half-life of the dye was calculated from thus obtained clearance curve and was regarded as an index of intraaneurysmal stagnation, while thrombus formation in an aneurysm is considered to be due to the stagnation there. The results obtained are:

1. Half-life of the dye increases significantly after carotid ligation even if collateral flow either through the anterior communicating artery (A-com) or EC-IC bypass equals to the ICA flow before ligation.

2. The higher collateral flow through A-com results in the more normograde flow in M_1 portion, which shortens the half-life.

3. The higher collateral flow through EC-IC bypass results in the less normograde flow in M₁ portion, which prolongs the half-life. EC-IC bypass on the other hand increases intraaneurysmal pressure, the degree of which depends on the bypass flow, Flow(STA). Although it is not clear which has dominant effect on the fate of aneurysm——increased stagnation or increased pressure — we think that it is not advisable to use EC-IC bypass with excessive cut flow.

はじめに

脳神経外科領域では頭蓋外あるいは頭蓋内脳動脈の 狭窄や閉塞に起因する虚血性脳血管障害を対象に,塞 栓発生源の除去や血流の増加を目的としてさまざまな 血行再建術が施行されている.なかでも1967年に初め て施行された浅側頭動脈一中大脳動脈(STA-MCA) 吻合術⁵⁰⁰ は、血流増加をもたらす確実な手段として 広く普及してきたが、症例数が増すにつれて予期しな かった脳梗塞の出現や狭窄性病変の閉塞化などが報告 されるようになった^{499,15,17,27,39,41)}. また直達手術が不 可能な頭蓋内巨大動脈瘤に対して主幹動脈の結紮やバ

レーンによる閉塞¹³⁾が広く施行されており、この際 ❀血性合併症の予防のために STA-MCA 吻合術を含 5て頭蓋外一頭蓋内 (EC-IC) バイパス術の併用いいい バなされてきた.しかしながらこれらの外科的治療後, 助脈瘤が増大したり8,13,43,46)破裂した症例12,20,2838)、あ 5いは閉塞部末梢や動脈瘤内から生じたと思われる枠 8症^{6,10,12,19,20,23,32)}などの報告が散見される.

これらの問題がいまだ解決されていない理由として. 第一に狭窄性病変の程度・数や部位、側副血行の発達 呈度などの諸要素が症例により著しく異なり複雑であ 3こと、第二に手術操作にともなって狭窄性病変や動 底瘤にもたらされれる血行動態変化の検討が困難であ ることなどが考えられる.したがってこれらに対処す 5ためには前述の諸要素を任意に変化させうる脳血管 Eデルを作製し、手術操作によって起こりうる様々な 1 行動態変化を個々の要素に分け単純化して検討する ことが有効な方法と考えられる3,7,22).

本研究では、中大脳動脈狭窄モデルと内頸動脈分岐 8巨大動脈瘤モデルを作製し、血行動態の解析ならび こ手術にともなうその変化を検討した.

法

方 A. 定常流・拍動流発生装置 (Fig.1)

定常流発生装置は、361のポリエチレン製液体貯溜 曹、血管モデルを設置するシンクおよび還流用のロー >リーポンプから構成されている.液体貯溜槽の高さ と調節することにより任意の内圧を負荷することがで きる. またモーター, 無段変速機, ピストンなどから ふる拍動流発生装置により任意の脈拍数と脈圧の拍動 をが得られる。例えば液体に生理食塩水を用い液体貯



ig. 1. Schematic diagram of the testing apparatus.

溜槽をシンク上約 130 cm に設置すると、内圧 100 mmHg, 最大流量 500 ml/min の定常流を血管モデル に負荷することができ、拍動流発牛装置を 60 Hz で 作動させると最大 150/100 mmHg から最小 100/50 mmHg の拍動流を得ることができる.

B. 頸部・頭蓋内血管モデルの作製

血管モデルの作製にあたり、まず狭窄・閉塞性病作 を持たず正常と判定された43症例(年令:13~68歳) の脳血管撮影フィルムから血管径および血管長を求め た.血管径の測定部位は総頸動脈 (CCA) 終末部、内 頸動脈 (ICA) 起始部, 外頸動脈 (ECA) 起始部, 中大 脳動脈本幹 (M₁), 同末梢枝 (M₂), 前大脳動脈本幹 (A₁), 同末梢枝 (A₂), 浅側頭動脈 (STA) 起始部であ る.加令による変化を年令別に比較したが、統計学的 に有意差を認めなかったため一括して検討した.

次に各血管部位における血流量を文献的に検討し +-21,25,33,34,42,44) これらの数値の中から比較的類似し た値と考えられる内頸動脈 144 ml/min、外頸動脈 77 ml/min, 中大脳動脈 108 ml/min, 前大脳動脈 36 ml/ min を血管モデルの各動脈流量として採用した.

以上のデータをもとにガラス管とシリコン管から脳 血管モデルを作成した (Fig.2)35, 中枢側よりまず総 頸動脈を内頸動脈と外頸動脈とに、内頸動脈を前大脳 動脈と中大脳動脈とにそれぞれ分岐させ、各末梢枝に は可変抵抗器を設置した. 外頸動脈と中大脳動脈末梢 枝との間に吻合路を設け EC-IC バイパスに相似させ た. 血管壁の拍動性とそれに伴う血行動態変化を考慮 して両側内頸動脈起始部にはヒト頸動脈と同程度のス ティッフネス (硬さ)³¹⁾ を有するゴム管を介在させた.

本実験では脳循環の autoregulation 域を下方に逸脱 した低還流域 (内圧 60 mmHg 以下) をおもな検討領 域とした. この範囲では末梢血管は最大に拡張してお り内圧と流量は直線関係にあると考えられる. このた め 60mmHg の内圧時に前述の動脈流量が得られる ように可変抵抗器を調節して末梢血管抵抗とした. 各 血管部位における流量は回路中に設置した電磁流量計 (日本光電社製 MF-27)および末梢での滴下法で測定 し、内圧は圧変換器(日本光電社製 PF-201)を用いて 測定した.

1) 中大脳動脈狭窄症モデルの作製

中大脳動脈の本幹(M₁)に中枢側より順に狭窄形成 器,電磁流量計のプローベ,穿通枝を配置した(Fig.2, 左側). また STA-MCA 吻合路に相似させた回路中で 吻合部より近位の浅側頭動脈 (STA) にも電磁流量計



Fig. 2. Schematic diagram of hydraulic vascular models of M₁ stenosis (left) and with giant aneurysm at the ICA bifurcation (right). CCA=common carotid artery, ICA=internal carotid artery, ECA=external carotid artery, ACA=anterior cerebral artery, MCA=middle cerebral artery, STA=superficial temporal artery, P=probe of electromagnetic flow meter, A=giant aneurysm. External carotid artery or STA can be connected with M₂ portion of the middle cerebral artery. The hatched areas of the ICA are made of rubber tube, whose stiffness is close to that of human.

のプローベを配置した. なお本モデルでは浅側頭動脈 以外の領域から中大脳動脈領域への側副路は設けなか った. 流体は0.9%の NaCl を含む 25°C40% グリセ リン液であり、その粘性および比重は 37℃ ヒト全血 のそれに近い値となっている36). 狭窄の程度を表す指 標として狭窄部の内径や断面積が用いられることが多 いが、この場合には80%以上の狭窄で流量が急激に低 下するため18) 流量変化を表示しにくいと考えられた. そこで本研究では狭窄の指標として M₁ 部における 狭窄前の流量に対する狭窄後の流量の割合を用い、 Stenosis (%) と表わした.またバイパス路の断端流量 は総頸動脈の内圧が 100 mmHg の時に, 30, 60, 90 ml/min となるように設定した. 定常流と 拍動流 (60 Hz) とを用いて実験を行ったところ、ほぼ同様の結 果が得られたので、拍動流条件下で得られた結果を示 した.

2) 内頸動脈分岐部巨大動脈瘤モデルの作製

内頸動脈分岐部に直径 2.5 cm のガラス球を配置し 巨大動脈瘤に相似させた (Fig.2, 右側). 前交通動脈 部には側副流量調節用の可変抵抗器を, 内頸動脈起始 部には流れを遮断するための弁を設けた. 流体として 0.9% 生理食塩水を平均内圧 100 mmHg (130/85 mm Hg), 60 Hz の拍動流として用いた. 本実験の検討内 圧領域は 60 mmHg 以下であるが, これとは別に内圧 100 mmHg 時に前述の血流諸量が得られるように末 梢血管抵抗を設定して内頸動脈結紮前の状況も再現し た. バイパス 路の断端流量は総頸動脈の 内圧が 100 mmHg の時に 20, 40, 60, 80, 100, 120 ml/min とな るように設定した. 動脈瘤内に 3.0 mg/dl の濃度の 色素(青色2号,東京化学工業製)溶解液を注入し, その経時的濃度変化を硫化カドミウム光導電セルで記



Fig. 3. Time dependent values of output from photocell (upper) are changed to concentration of the dye in the aneurysm (lower). An arrow indicates time of dye injection. These curves are exponential in nature. Half-life is the time required for the dye concentration to reduce to half.

としたところ再現性のある減衰曲線が得られた. この 1線から動脈瘤内色素の半減期を計算し,瘤内血流停 7の指標とした (Fig. 3). なお予備実験で色素濃度と 過光による光導電セルの出力との間には濃度が0.61 -3.1 mg/dl の範囲で良好な直線関係が成立する事が むかられている.

結 果

.. 中大脳動脈狭窄症モデル

1) MCA 末梢流量と STA 流量との関係

M₁より分岐する穿通枝と2本の M₂の流量の合計 :滴下法で測定し合計して MCA 末梢流量 (Flow MCA))とした.また電磁流量計で測定した STA の :量を STA 流量 (Flow(STA))として, M₁ 狭窄の



ig. 4. Relations between stenosis (%) and arterial flow (ml/min) under the condition that flow of the STA open to the air (cut STA) is 30 ml/min. Stenosis (%) indicates the ratio of flow reduction in M_1 portion. "A" represents for after anastomosis and "B" for before anatomosis. Note that the increment of Flow(MCA) by anastomosis is usually smaller than Flow(STA) in varier degrees of stenosis. 進行に伴うこれら各流量の変化を検討した。その1例 として開放端流量 (cut STA flow) が 30 ml/min の STA を用いた場合の結果を示す (Fig. 4). Flow(MC A_{JB}, Flow(MCA)_Aは、それぞれ STA-MCA 吻合前と 吻合後の MCA 末梢流量を示す. 吻合前には M1 狭 窄の進行に伴って Flow(MCA)B が減少したが、吻合 路の設置によりその減少は軽減している. 開放端流量 が 60 ml/min の STA を設置した場合には (Fig. 5), Flow(MCA)A に認められる流量の改善は 30 ml/min の場合と比較して著しかった. Flow(STA)=Flow (MCA)A である M1 閉塞 (Stenosis 100%) 時を除け ば、吻合によって得られる MCA 末梢流量増分 (Flow (MCA)_A-Flow(MCA)_B) は、常に Flow(STA) より少 なかった. なお Figure 4 および Figure 5 の中の縦の 破線は、これより左側の軽度の狭窄領域では吻合後の 内圧が 60mmHg 以上, すなわち Flow(MCA)A が



Fig. 5. Relations between stenosis (%) and arterial flow (ml/min) under the condition that flow of the cut STA is 60 ml/min. Note that the increment of Flow(MCA) is larger than in Fig. 4, and that the increment is smaller than Flow(STA) in varied degrees of stenosis.

108 ml/min 以上となるため本モデルでの検討の対象 外であることを示している.

2) 吻合路設置に伴う M1 流量の変化

吻合路設置前後の M_1 流量をそれぞれ $Flow(M_1)_B$, $Flow(M_1)_A$ として, M_1 狭窄との関係を検討した. 開 放端流量が 30 ml/min の STA を設置した場合には 約 14 ml/min の $Flow(M_1)$ の減少が認められた. こ の減少の程度は M_1 狭窄が50%以上になると軽減した (Fig. 6). STA の開放端流量が 60 ml/min の場合にも 同様の変化が認められたが, 30 ml/min の場合と比較 して $Flow(M_1)$ の減少の程度は著しく約 20 ml/min にも達した (Fig. 7). またこの減少の程度は M_1 狭窄 が40%までは,ほぼ一定していた.なお Figure 6 およ び Figure 7 の中の縦の破線も、これより左側の軽度の 狭窄領域では吻合後の内圧が 60 mmHg 以上となるた め検討の対象外であることを示している.

3) STA 開放端流量に伴う変化

MCA 末梢流量 (Flow(MCA)) と M_1 流量 (Flow (M_1)) が,設置する STA の開放端流量の違いにより どのように変化するかを検討した. 一般に STA の開 放端流量が大きいほど Flow(MCA) の増加と Flow (M_1) の減少が著しいが、この変化は M_1 の狭窄の程 度に依存していた. 狭窄が20%と軽度の場合には、 STA 開放端流量が増加するにつれて Flow(MCA) は 増加し Flow(M_1) は減少した. グラフの破線部分は吻 合後の内圧が 60 mmHg 以上になるため検討から除外 した (Fig.8 A). 狭窄が40%から60%へと進行するに つれて Flow(MCA) の増加は著しくなり、いっぽう Flow(M_1) の減少は小さくなった (Fig.8 B & C). 狭窄が高度 (80%) であると、STA 開放端流量の増加



Fig. 6. Effect of STA-MCA anastomosis on Flow (M₁) with the cut STA flow being 30 ml/ min. Flow(M₁) is observed to decrease after anastomosis.



Fig. 7. Effect of STA-MCA anastomosis on Flow (M₁) with the cut STA flow being 60 ml/ min. Decrease in Flow(M₁) is larger than in Fig. 6.



Fig. 8. Relations between the cut STA flow and arterial flow. Mode of these flow changes depend largely on the cut STA flow or diameter of the STA. A represents a condition under 20% stenosis of teh M₁ portion, B under 40%, C under 60% and D under 80%.

よほぼ Flow(MCA) の増加にのみ作用し、Flow(M₁)
こはほとんど影響しなかった (Fig. 8 D).
3. 内頸動脈分岐部巨大動脈瘤モデル

1) 内頸動脈閉塞の影響

内頸動脈内圧が 100 mmHg で流量が 144 ml/min, 41 流量 108 ml/min, A1 流量 36 ml/min の条件下 ごの色素濃度の 半減期は 20.9±2.7秒 (mean±SD), た内圧が 60 mmHg における同じ流量条件下での ⁴減期は19.3±3.5秒 (mean±SD) と両者はほぼ同じ 1を示した.内頸動脈を閉塞すると,色素濃度の半減 月は前交通動脈を介する側副流量が減少するにつれて 延長した.前交通動脈流量が 136~82 ml/min (M₁ 流 量では 103~62 ml/min)の範囲内での半減期は55.7± 8.1秒 (mean±SD) と,内頸動脈閉塞により有意な増 加が認められた.

また内頸動脈閉塞後の動脈瘤内圧は,前交通動脈流 量が136,109,70,34 ml/min の場合にそれぞれ56, 36,17,5 mmHg の値を示し,流量変化に対応して低 下した.

2) EC-IC bypass の影響

一側内頸動脈閉塞後の前交通動脈流量を 109ml/ min (閉塞前内頸動脈流量の75%に相当), 72 ml/min (同 50%)、36 ml/min(同 25%)、0 ml/min に設定した(M」流量ではそれぞれ 78 ml/min, 52 ml/min, 26 ml/min, 0 ml/min に対応). このように設定した
 (側副流量の各段階に対して、異なる断端流量をもつバ

イパスを設置した.これらの条件下で得られた色素濃 度の半減期とバイパス流量,前交通動脈流症,M₁流 量との関係を検討した.

バイパス流量が 60 ml/min 以上では半減期は 3000



Fig. 9. Relations between bypass flow, Fb, and half-life of the dye. There is no apparent correlation between these two values.



Fig. 10. A-com flow, Fa, and half-life of the dye are in linear relations and expressed as a equation of Y = 8.5 - 0.049 X (upper). M₁ flow, Fm, and half-life are also linear and expressed as Y = 8.1 - 0.061 X (lower). The correlation coefficients of the latter (r = -0.80) is higher than that of the former (r = -0.78).



Fig. 11. Relations of bypass flow, Fb, and M_1 flow, Fm, at various values of A-com flow or cut bypass flow. While M_1 flow increases with increasing A-com flow, it decreases with increasing cut bypass flow. Bypass flow increases with decreasing A-com flow under the condition of constant cut bypass flow.

~5000秒と大きな値を示したが、45 ml/min 以下では 30~5000秒と種々の値をとり、色素濃度の半減期とバ イパス流量との間には明瞭な相関は認められなかった (Fig. 9). 一方、半減期と前交通動脈流量との間には負 の相関関係が認められ (Fig. 10 上段)、これは、Y= 8.5-0.049X (r=-0.78) なる式で表すことができた. さらに半減期と M₁ 流量との間には前交通動脈流量と の間の場合より一層良好な相関が認められ (Fig. 10 下 段)、Y=8.1-0.061X (r=-0.80) なる関係が成立し た.

そこで動脈瘤内色素濃度の半減期と密接に関係して いる M_1 流量について検討した (Fig. 11). 前交通動脈 流量が増加するにつれて, M_1 流量は増加した. 前交 通動脈流量を一定とした場合にはバイパスの断端流量 が増加するにつれて M_1 流量は減少した. 断端流量が 同じ場合には (Fig. 11 破線) 前交通動脈流量の多いほ どバイパス設置にともなう M_1 流量の減少は著しかっ た. 同じ断端流量のバイパスを設置した場合には前交 通動脈流量が少ないほどバイパス流量は増加した. バ イパス流量を 20 ml/min あるいは 40 ml/min 毎に 分けて検討してみると, M_1 流量と A-com 流量との 間には直線関係が認められた (Fig. 12). 内頸動脈閉塞 後の動脈瘤の内圧は (Fig.13) バイパス流量が一定な らば前交通動脈を介する側副血流量の増加にともなっ て上昇した.また内頸動脈閉塞後の前交通動脈流量が



Fig. 12. Linear relations are observed between M₁ flow, Fm, and A-com flow, Fa, at various range of bypass flow, Fb.



Fig. 13. Relations between intraaneurysmal pressure and flow through bypass in various flow range of A-com. Intraaneurysmal pressure increases depending on the bypass flow, Fb.

ー定ならば動脈瘤の内圧はバイパス流量が増加するに つれて上昇した.

考 察

A. 中大脳動脈狭窄症に対する STA-MCA 吻合術の 検討

中大脳動脈領域の各血管より滴下法にて 測定 した MCA 末梢流量を Flow(MCA), M_1 部および STA に設置した電磁流量計より 求めた 流量をそれぞれ Flow(M_1), Flow(STA) とすると, これら3つの流量 の間には次のような関係が成立する. STA-MCA 吻 合前は MCA 末梢流量と M_1 流量は等しく

 Flow(MCA)_B=Flow(M₁)_B
 (1)

 また吻合後は MCA 末梢流量は M₁ 流量と STA 流 量の和に等しく

流量の測定や局所脳血流量の測定などによれば、平均 28 ml/min⁴⁴⁾の頭蓋内への流入あるいは 5.5~8.1ml/ min/100g^{24,52)}の局所脳血流量の増加が報告されてい る. いっぽう M₁ 狭窄部の流量変化は測定されていな いが、従来より一般に STA-MCA 吻合術後の脳血流 量は STA により頭蓋内に流入する血流量の分だけ吻 合前と比較して増加すると推測されている26,40,47).し かしながらこの推測は(3)式からもわかるように、吻合 により M₁ 狭窄部流量が変化しないことが前提となっ ている. 本研究により M₁ 部の狭窄によって牛じた MCA 末梢流量 (Flow(MCA)) の減少は STA を吻合 することによって改善することが明らかとなった。し かしながら MCA 末梢流量の増分 (△Flow(MCA)) は 一般に STA 流量 (Flow(STA)) よりも少なく (Fig.4, Fig. 5)、 これは吻合路設置による M₁ 流量 (Flow(M₁)) の減少による (Fig. 6, Fig. 7) ことがわかった.

ヒトにおける STA-MCA 吻合術後の脳血管撮影に おいて術前に認められた M1 部の狭窄が閉塞に進行す る割合は14%45%にも及んでおり、 虚血症状を呈する 場合も散見される2,4,27,30,41,49,51). これらの諸現象が血 然経過による端状硬化性病変などの進行に由来するも のか、または血栓形成の促進によるものかは現在のと ころ明らかではない.しかしながら本モデル実験で解 析したように吻合路設置に伴う狭窄部流量の低下は, 同部の血流の緩徐化・停止・逆転さらにはそれに伴う 渦流や乱流を起こし血液や血管壁の性状に大きな影響 を与えることは想像に難くなく、M」部の狭窄性病変 の進行に関与している可能性が推定される、従って STA-MCA 吻合術の安全性を高めるためには、M₁狭 窄部の血行動態変化をきたしにくい条件を捜すことが 重要と考えられる. そこで M1 狭窄の程度や STA 開 放端流量が、M1 流量や MCA 末梢流量に与える効果 を検討した (Fig.8). 狭窄が中等度以上 (60%以上)の 場合には STA 開放末端流量が変化しても M₁ 流量は あまり変化しなかった.従ってこのような条件下では 十分な開放端流量を持つ STA を吻合すればこれに対 応した MCA 末梢流量の増加を得ることができると 考えられる. いっぽう M₁ 狭窄が軽度 (40%以下)の 場合には大きな開放端流量を持つ STA ほど M₁ 流量 を減少させる効果が大きいことに留意すべきであると 考えられる.中大脳動脈狭窄症に対して無条件に太い バイパス路を設置すればよいとする意見には検討の余 地があることを本実験の結果は示唆している.

B. 内頸動脈瘤に対する 頸動脈 結紮術 ならびに EC-

IC バイパス術の検討

内頸動脈の流量と内圧とが動脈瘤瘤内色素濃度の半 減期に与える影響について検討した結果、内頸動脈流 量が一定ならば内圧が異なっても半減期はほぼ同じ値 をとることがわかった.いっぽう、内頸動脈閉塞後の 前交通動脈を介する側副流量を閉塞前の内頸動脈流量 とほぼ同一(従って動脈瘤近傍の内圧もほぼ同一)と しても半減期は著しく延長した.以上の結果より動脈 瘤に対する内頸動脈閉塞術⁵は血流低下や血流方向の 変化を牛じることにより瘤内血栓化を促進するものと 推察された. 虚血性合併症を予防する目的で内頸動脈 結紮時に EC-IC バイパスの併用が試みられているい ^{11,16)}. しかしながら EC-IC バイパス設置症例におい て動脈瘤内の血栓が減少した例37や動脈瘤が破裂した 例23,28) などが報告されており、バイパス設置にともな う血行動態変化の検討の重要性を示唆している.本研 究では内頸動脈分岐部動脈瘤内に注入した色素の半減 期に影響する因子を種々の条件下で調べた、その結果 M₁流量が低下するにしたがって半減期が延長し(Fig. 10), 半減期 (Y) と M₁ 流量 (X) との間には

Y = 8.1 - 0.061 X (r = -0.80)

なる強い相関関係が認められた.そこで内頸動脈閉塞 時の M₁ 流量に影響する因子を検討したところ (Fig. 11, Fig.12), M₁ 流量は前交通動脈とバイパス流量の いずれにも依存しているが,前者への依存度がより大 きいことがわかった.このことは以下に述べる解析結 果によっても理解できる.

内頸動脈を閉塞して EC-IC バイパスを設置した状 態における前交通動脈流量を Fa (ml/min), バイパス 流量を Fb (ml/min), M₁ 部流量を Fm (ml/min) と する.本実験における前大脳動脈と中大脳動脈の流量 比は 36 (ml/min):108 (ml/min), すなわち1:3に設 定してあるため Fa, Fb, Fm には (Fa-Fm):(Fm+ Fb)=1:3なる関係が成立し, これより次の関係式 が得られる.

Fm = 3Fa/4 - Fb/4 (1) この関係は Figure 14 に示すように Fa, Fb, Fm を それぞれ軸とする空間に平面として描かれる.これに よって前交通動脈流量,バイパス流量, M_1 部流量の うち任意の 2 変数の関係を求めることができる.例え ば (Fb, Fm)面にこの平面を投影したグラフは流体実 験で得られた Figure 11 と,また (Fa, Fm)面への投 影は Figure 12 とそれぞれ等値と考えることができる. (1)式より Fa の係数は3/4, Fb のそれは-1/4であり,



Fig. 14. Hatched plane is drawn by the theoretical equation, Fm=3/4Fa-1/4Fb. $(Fm=M_1$ flow, Fa=A-com flow, Fb=bypass flow, Fa>0, Fb>0.)

Fa あるいは Fb はたかだか 140 ml/min であること から、M₁ 流量は前交通動脈の増減に強く依存してい ること、また絶対値としては小さいもののバイパス流 量は M₁ 部流量を減少させ、ひいては動脈瘤色素濃度 の半減期を延長させることがわかる.また(1)式におい て Fm=0 となるのは Fb/Fa=3、すなわちバイパス 流量が前交通動脈の3倍となる場合に相当し、この条 件では半減期は無限大となる.さらに M₁ 部の流れが 逆流する条件は Fb>3Fa であることも(1)式より明ら かである.

本研究より内頸動脈閉塞術に併用された EC-IC バ イパスが一方では動脈瘤内の血流の停滞を促進させる と同時に,他方では動脈瘤内圧を上昇させることが明 らかとなった.本研究結果のみからでは,いずれの作 用が動脈瘤の転帰により強く影響するのかを判定する ことはできないが,虚血性合併症予防の目的を逸脱し た過度の断端流量をもつバイパスの設置は好ましくな いと考えられる.今回動脈瘤内の色素濃度の半減期を 血栓化の指標としたが,半減期の延長が実際の血栓形 成過程とどのように関係するかについては,ヘモレオ ロジー的側面から検討する必要があると考える.

結 語

A. 中大脳動脈狭窄症に対して STA-MCA 吻合術を 施行した場合における血行動態変化を検討した. 1. STA-MCA 吻合路の設置により 中大脳動脈末梢 流量の増加を認めたが、この増加量は STA 流量より も少なかった. これは STA-MCA 吻合路の設置によ り M₁ 流量が減少したためであった. これら流量の変化の程度と吻合前の STA の開放端流量との間には以下のような相関性が認められた.

2. 中大脳動脈 M₁ 部の狭窄が軽度(20%)の場合に は設置する STA の開放端流量が増加するにしたがっ て中大脳動脈末梢流量が増加し M₁ 流量は減少した. 3. 狭窄が中等度の場合の吻合路の設置は、STA の 開放末端流量の変化に対応した中大脳動脈末梢流量の 著明な増加と狭窄部流量の減少をもたらし、狭窄が高 度(80%)の場合には STA 開放末端流量の増加は中 大脳同脈末梢流量の増加のみを生じた.

B. 内頸動脈分岐部巨大動脈瘤に対して内頸動脈閉塞 術と EC-IC バイパス術を施行した場合における血行 動態変化を動脈瘤内の色素濃度の半減期を血栓化の指 標として検討した.

1. 前交通動脈や EC-IC バイパスなどの側副路から 閉塞前の内頸動脈流量を確保して内頸動脈を閉塞して も動脈瘤内色素濃度の半減期は延長した.

 瘤内色素濃度の半減期は M₁ 部流量が減少するに したがい有意に延長した.前交通動脈流量の増加は M₁ 部流量を著しく増加させた.

3. バイパスの設置は M₁ 部流量を減少させ半減期を 延長させた. このことは動脈瘤内血栓化の促進に働く ものと推定される.しかしながら一方ではバイパス流 量に依存して動脈瘤内圧は上昇した.過度の断端流量 を持つバイパスの設置は好ましくないと想定された.

稿を終えるにあたり,御指導,御校閲を賜りました京都大 学医学部脳神経外科教授菊池晴彦先生,京都大学 名 誉 教 授 (現浜松労災病院長)半田肇先生に深謝の意を捧げます。ま た終始御指導御鞭撻いただいた京都大学医学部脳神経外科助 手長沢史朗先生に深甚の謝意を表します。

References

- Ammerman BJ, Smith DR: Giant fusiform middle cerebral aneurysm; Successful treatment utilizing mmicrovascular bypass. Surg Neurol 7: 255-257, 1977.
- Andrew BT, Chater NL, Weinstein PR: Extracranial-intracranial arterial bypass for middle cerebral artery stenosis and occlusion. J Neurosurg 62: 831-838, 1985.
- Avman N, Bering EA: A plastic model for the study of pressure changes in the circle of willis and major arteries following arterial occlusion. J Neurosurg 18: 361-364, 1964.
- Awad I, Furlan AJ, Little JR: Changes in intracranial stenotic lesions extracranial-intracranial bypass surgery. J Neurosurg 60: 771-

776, 1984.

- Blalock SPW, German WJ: The treatment of internal ccarotid artery aneurysms by proximal arterial ligation. J Neurosurg 10: 590-601, 1953.
- Burnett HJM, Peerless SJ, Kaufmann ICE: 'Stump' of internal carotid artery; A source for further cerebral embolic ischemia. Stroke 9: 448-456, 1978.
- Clark ME, Himwich WA, Martin JD: Simulation studies of factors influencing the cerebral circulation. Acta Neurol Scandinav 43: 189-204, 1967.
- Cuatio W' Cook AW, Tyschenko V, et al: Massive enlargement of intracranial aneurysms following carotid ligation. Arch Neurol 17: 609-613, 1967.
- Day AL: Indications for surgical intervention in middle cerebral artery obstruction. J Neurosur 60: 296-304, 1984.
- Diaz FG, Ausmann JI, Pearce JE: Ischemic complications after combined internal carotid occlusion and extracranial-intracranial anastomosis. Neurosurgery 10: 563-570, 1982.
- Drake CG: Giant intracranial aneurysms; Experience with surgical treatment in 174 patients. In Carnal P, Fleischer A, Geiger L, Watts C, Antunes J, Balis E, Hodge C; Clinical Neurosurgery Vol. 26, Baltimore, Williams and Wilkins Co. 1976, 12-95
- 12) Ferguson GG, Drake CG: Carotid-Ophthalmic aneurysms; The surgical management of those cases presenting with compression of the optic nerves and chiasm alone. Clin Neurosurg 27: 448-456, 1978.
- 13) Fox AJ, Vinuela F, Pelz DM, et al: Use of detachable baloons for proximal artery occlusion in the treatment of unclippable cerebral aneurysms. J Neurosurg 66: 40-46, 1987.
- 14) 福嶋孝義,本間達二:血液レオロジーの立場から みた血栓.総合臨床34:2269-2273,1985.
- Furlan AJ, Little JR, Dohn DF: Arterial occlusion following anastomosis of the superficial temporal artery to middle cerebral artery. Stroke 11: 91-95, 1980.
- 16) Gelber BR, Sundt TM: Treatment of intracavernous and giant carotid aneurysms by combined internal carotid ligation and extra-to intracranial bypass. J Neurosurg 52: 1-10, 1980.
- 17) Gumerlock MK, Ono H, Neuwelt EA: Can a patent extracranial-intracranial bypass provoke the conversion of an intracranial arterial stenosis to a symptomatic occlusion? Neurosurgery 12: 391-400, 1983.
- 18) Gould KL, Lipscomb K, Hamilton GW: Physiological basis for assessing critical coronary stenosis Instantaneous flow response and regional distribution during coronary hyperemia as measures of coronary flow reserve. Am J Cardiol 33: 87-94, 1974.

- 19) Hayakawa T, Iwata Y, Yamada K, et al: Increased risk of cerebral thrombo-embolic complication during gradual carotid artery occlusion combined with extra-and intracranial bypass surgery in the treatment of an inaccessible carotid aneurysm. Neurol Ned Chir (Tokyo) 25: 23-26, 1985.
- 20) Heros RC, Nelson PB, Ojemann TG, et al: Large and giant paraclinoid aneurysm; surgical techniques, complications and results. Neurosurgery 12: 153-163, 1983.
- Hial SK, Resch JA, Amplatz K: Determination of the carotid and regional cerebral bolld flow by a radiographic technique. Acta Radiol(Diagn)
 232-240, 1966.
- 22) Himwich WA, Knapp FM, Wengtarz RA, et al: The circle of willis as simulated by an engineering model. Acta Neurol 13: 164-172, 1965.
- 23) Hopkins LN, Grand W: Extracranial-intracrania arterial bypass in the treatment of aneurysms of the carotid and middle cerebral arteries. Neurosurgery 5: 21-29, 1979.
- 24) 伊藤郁夫,菊池晴彦:術中血流測定-プレート型 電気分解式組織血流測定法. Neurosurgeons 4: 201-210, 1984.
- 25) Kristiansen K, Krog J; Electromagnetic studies on the blood flow through the carotid system in man. Neurol 12: 20-23, 1962.
- 26) Laurent Jp, Lawner PM, 0' connor: Reversal of intracranial steal by STA-MCA anastomosis. J Neurosurg 57: 629-632, 1982.
- 27) Massimo C, Felice F: Bypass surgery in patients with intracranial stenotic lesions. J Neurosurg 62: 532-538, 1985.
- 28) Matsuda M, Shiino A, Handa J: Rupture of previously unruptuered giant carotid aneurysm after superficial temporal-middle cerebral artery bypass and internal carotid occlusion. Neurosurgery 16: 177-184, 1985.
- 29) Miller JD, Jawad K, Jannet B: Safety of carotid ligation and its role in the management of intracranial aneurysms. J Neurol Neurosurg Psychiat 40: 64-72, 1977.
- 30)中川 翼,都留美郁雄:頭蓋内外血管吻合術,鈴木二郎編,外科 MOOK 脳血管障害.東京,金原出版,1983, pp 175-185.
- 31)長沢史朗,奥村 厚,鳴尾好人,他:脳動脈のバ イオメカニクス的研究.脳と神経 31:919-925, 1979.
- 32) Nisioka H: Results of the treatment of intracranial aneurysms by occlusion of the carotid artery in the neck. J Neurosurg 25: 660-682, 1966.
- 33) Nornes H: Hemodynamic aspects in the management of carotid-cavernous fistula. J Neurosurg 37: 687-694, 1972.
- 34) Nornes H, Kuntzen HB: Cerebral arterial blood flow and aneurysm surgery. J Neurosurg 47: 810-818, 1977.

- 35) 大槻宏和,長沢史朗,森竹浩三,他・血行動態の モデル解析(神経外科投稿中)
- 36) 岡 小天:バイオレオロジー.東京, 裳華房, 1984, pp 49-82.
- 37) Robbins J, Fein JM, Lantos G, et al: Reflow into a thrombosed giant midle cerebral artery aneurysm after extracranial-intracranial bypass. Neurosurgery 15: 120-124, 1984.
- 38) Roski RA, Spetzler RF, Nulsen FE: Late complications of carotid ligation in the treatment of intracranial aneurysms. J Neurosurg 54: 583-587, 1981.
- 39) 斎藤 努: Recent advances in STA-MCA anastomosis and carotid endarterectomy. Neurosurgeons 3: 211-223, 1983.
- 40) Schmiedeck P, Gratzel O, Spetzler R, et al: Selection of patients for extra-intracranial arterial bypass surgery based on rCBF measurements. J Neurosurg 44: 303-312, 1976.
- Scott RM: Letter to the editor. Neurosurgery 13: 622-623, 1983.
- 42)島 健,西田正博,岡田芳和,他 電磁血流計 による頭蓋内単一動脈血流測定とその応用. Neurol Med Chir (Tokyo) 23: 343-348, 1983.
- 43) Shiobara R, Toya S, Mikouski S, et al: Surfery of posterior communicating artery aneurysms that enlarge after common carotid ligation; report of two cases. J Neurosurg 52: 116-119, 1980.
- 44) Spetzler R, Chater N: Microvascular bypass surgery. J Neurosurg 45: 508-513, 1976.
- 45) The EC/IC bypass study group: Failure of extracranial-intracranial arterial bypass to reduce the risk of ischemic stroke. N Eng J Med 313: 1191-1200, 1985.
- 46) Tindall GT' Gorce JA, Odom GL: Effect of common carotid ligation on size of internal carotid aneurysms and distal intracarotid and retinal artery pressures. J Neurosurg 25: 503-511, 1966.
- 47)田村 晃,瀬川 弘,中川忠好,他:血行再建術 後の脳血流の変化一断層血流測定法による検討. 脳と神経 35: 975-981, 1983.
- Uematsu S, Yang A, Prezioshi T: Measurement of carotid blood flow in man and its clinical application. Stroke 14: 256-266, 1983.
- 49) Weinstein PR, Baena PR, Chater NL: Results of extracraniai-intracranial bypass for intracrania carotid stenosis: Review of 105 cases. Neurosurgery 15: 787-794, 1984.
- 50) Yasargil MG: Microsurgery applied to neurosurgery. Stuttgart; George Thieme, 1969: 105-115.
- 51) 米川泰弘: Complications of EC-IC bypass Neurosurgeons 4: 367-374, 1984.
- 52) Yonekura M, Austin G: Long term evaluation of cerebral bolld flow, transient ischemic attacks and stroke after STA-MCA anastomosis, in Handa H, Kikuchi H, Yonekawa Y (ed): Microsurgical Anastomoses for Cerebral Ischemia. Tokyo, Igakushoin, 1985, pp 167-170.