

AKUSTIČKI DISKRIMINATOR GLASOVA¹

Mladen Heđever

Fakultet za defektologiju
Sveučilište u Zagrebu

Prethodno saopćenje
UDK: 376,36
Prispjelo: 19. 04. 1985.

SAŽETAK

Akustički diskriminator glasova (ADG) je uređaj koji omogućuje bolje i lakše razlikovanje pojedinih glasova s obzirom na njihove psiho-akustičke i perceptivne karakteristike. Uređaj je pogodan za učenje i korekciju izgovora pojedinih glasova te se može koristiti u rehabilitaciji poremećaja govor i slušanja. Osim pojedinačnih glasova ADG omogućuje bolju diskriminaciju različitih auditivno-akustičkih karakteristika govora, npr. nazalnost, zvučnost, ritam i maksimalna razumljivost govora. Terapija pomoći ADG-a odvija se kroz tri faze. U prvoj fazi vršimo maksimalno gušenje frekvencijskog pojasa (auditivna redukcija) u kojem se nalazi pogrešan glas. Cilj ove faze je redukcija navike pogrešnog slušanja. U drugoj fazi pojačavamo frekvencijski pojaz ispravnog glasa tako da se poremećeni i ispravni glas nalaze u maksimalnoj opoziciji (akustička diskriminacija). Kada smo dobili pravilan glas, prelazimo u treću fazu. U toj fazi utvrđujemo novi glas (fiksacija glasa) tako da kontinuirano smanjujemo intenzitet filtriranja. Kada se krivulja filtriranja približi linearnom propuštanju svih frekvencija, upotreba ADG-a više nije potrebna. Korekcija je završena ako pacijent ispravno koristi novi glas u spontanom govoru bez upotrebe ADG-a.

1. UVOD

Svaki govorni poremećaj ima specifične karakteristike, a kod većine poremećaja najočljivije su akustičke promjene. Izuzetak su senzorni tipovi afazija gdje u akustičkom smislu nisu poremećene frekvencije (nema distorzija u artikulaciji). Isto tako kod mucanja nema izrazitim frekvencijskim distorzijama i uglavnom su poremećeni transzienti i dinamika govora (intenzitetske i vremenske promjene). Svi ostali poremećaji očituju se kao distorzije i supstitucije frekvencijskog spektra pa su zato pogodni za filtersku korekciju.

Upotreba elektroakustičkih filtara nije dovoljno prisutna u logopedskoj praksi. U našoj zemlji uglavnom se koriste uređaji SUVAG LINGUA i Kostićev višekanalni filterski sustav. Poznatiji svjetski proizvođači logopedske opreme (Madsen Electronics, Kay Elemetrics, Siemens, Voice Identification, Behavioral Controls)² više proizvode uređaje za polisenzornu stimulaciju dajući prednost vizualiziranju (a ne slušanju) govora. Takav trend video-stimulacije vjerojatno se zasniva na činjenici da su najčešće poremećeni glasovi frikativi i afrikate, koji su, uvezši globalno, više ekstra-auditivni negoli auditivni. Više detalja o

¹ Akustički diskriminator glasova (Skraćeno ADG) je uređaj koji je prikazan i nagrađen brončanom plaketom na izložbi izuma, tehničkih unapređenja i noviteta „INOVA '84“.

² Detaljniji podaci o uređajima mogu se dobiti na uvid kod autora.

auditivnim i ekstraauditivnim karakteristikama glasova dali su Škarić (1967) i Vučetić (1971, 1973).

Akustički diskriminator glasova (ADG) prikazan u ovom radu složen je filtarski sustav namijenjen korekciji govornih poremećaja. Rad uređaja zasniva se na fizio-akustičkim osobinama govora i slušanja, a po svojim se tehničkim i radnim karakteristikama razlikuje od sličnih uređaja. Tehnička izvedba ADG-a omogućuje njegovo povezivanje s drugim perifernim sklopovima koji mogu poslužiti za dodatnu indikaciju i vizualnu stimulaciju.³

2. FIZIO-AKUSTIČKE KARAKTERISTIKE GOVORA I SLUHA

2. 1. Fon i decibel

U opisu tehničkih karakteristika ADG-a kao jedinicu za izražavanje intenzitetskih odnosa koristio sam decibel. Međutim, kada se radi o akustičkim karakteristikama govora, pogodnije je koristiti fon kao jedinicu za razinu glasnoće. Uspoređivanje fonskih i decibelskih vrijednosti može se vršiti prema dijagramu izifona (krivulja jednake glasnoće). Izifonske krivulje izjednačuju fone i decibele na frekvenciji od 1000 Hz, dok je za ostale frekvencije svaka izofona prilagođena fiziološkim karakteristikama sluha i poprima različite decibelske vrijednosti ovisno o frekvenciji. Zato se i poznati Weber—Fechnerov zakon, po kojem intenzitet osjeta raste proporcionalno s logaritmom intenziteta fizikalnog podražaja, može smatrati samo djelomično točnim (u području oko 1 kHz).

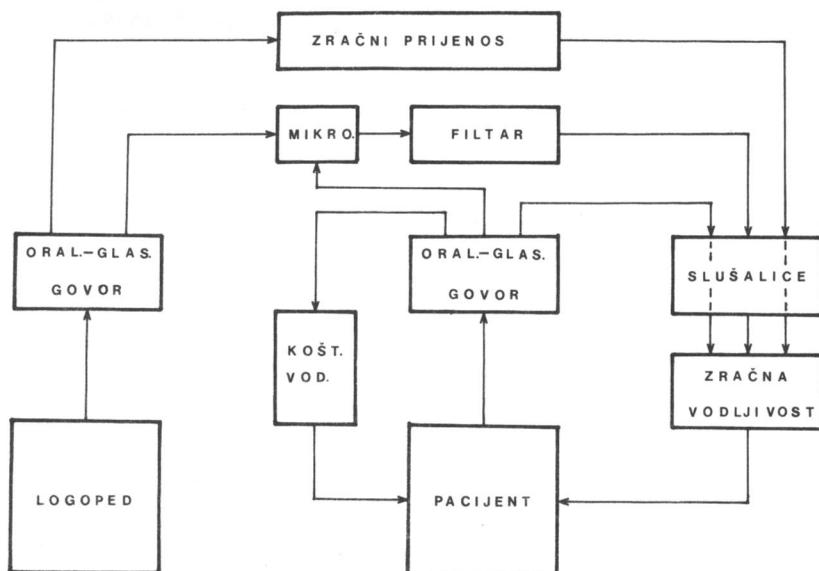
2. 2. Optimalna glasnoća govora

Detaljni podaci o karakteristikama govora i slušanja mogu se pronaći u literaturi iz područja akustike i audiolije, kao npr. Jelaković (1978) i Simonović (1977). Zato ću spomenuti samo one podatke koji su bitni za razumijevanje ovog reda.

Logopedska korekcija govora odvija se tako da se logoped i pacijent nalaze vrlo blizu jedan nasuprot drugom (dobar audio-vizuelni kontakt). Ako u terapiji koristimo neki elektroakustički uređaj (najčešće filtarski sustav), pacijent ne percipira samo filtrirani signal već i priordan (nefiltrirani) zvuk govora logopeda. Taj nefiltrirani zvuk utječe na oblikovanje frekvenčijsko-intenzitetskih karakteristika zvuka koji pacijent konačno percipira. Promjene su još veće kada se radi o auto-korekciji govora zbog utjecaja koštane vodljivosti na koju ne možemo djelovati izvana.

Na Sl. 1. shematski je prikazan lanac prijenosa zvuka govora na relaciji logoped — pacijent i pacijent — pacijent (autokorekcija govora). Shema prikazuje sve kanale prijenosa zvuka govora koji značajno utječu na konačnu percepciju govora. Ovdje je npr. izostavljena koštana vodljivost pacijenta za zvuk koji dolazi iz okoline jer je za 50 fona slabija od zračne vodljivosti, ali je ta koštana vodljivost značajna za percipiranje vlastitog govora (slabija je 30 fona od zračne vodljivosti). Jelaković (1978, 63) kaže: „Činjenica da kosti prenose zvuk ima veliko značenje pri slušanju vlastitog glasa. Otpor koji zvuku pružaju kosti lubanje na različitim je frekvencijama različit. Zbog toga dio govora što do uha stiže preko kostiju glave zvuči drukčije

³ Spomenuti dodatni sklopovi bit će prikazani u jednom od idućih radova.



Sl. 1 Shematski prikaz lanca prijenosa zvuka govora u logopedskoj terapiji.

nego onaj koji se prenosi zrakom. To je razlog da svoj glas snimljen i reproduciran preko magnetofona jedva možemo prepoznati kada ga prvi put čujemo.“ Prosjekna glasnoća zvuka govora je 55 fona. U normalnim uvjetima ona je optimalna za slušanje. Svako smanjenje ili povećanje glasnoće znači ujedno i udaljavanje od fiziološkog optimuma slušanja. Zvuk govora prilagođen je osobinama sluha i zato u logopedskoj terapiji treba paziti na intenzitetsko-fiziološki optimum slušanja kod pacijenta. Škarić (1982, 191) kaže: „Lakoća razumijevanja govora u skladu je s glasnoćom koju slušač prima, pa će zato govornik nastojati govoriti toliko glasno koliko je potrebno da mu govor bude lako razumljiv. Međutim, iznad određene jačine glasnoća postaje nametljiva, zaglušuje slušača i remeti mu misli.“

Svako pojačavanje zvučne stimulacije

iznad fiziološkog optimuma slušanja održava se negativno na govor. Ako kod osobe normalnog sluha izvršimo preko slušalica zaglušivanje (maskiranje) nekim zvukom, tada će doći do povišenja intenziteta govora dotične osobe. Ta je pojava poznata kao Lombardov efekt. Druga pojava vezana uz govor i slušanje je tzv. „sidetone amplification“ efekt, a očituje se kao smanjenje glasnoće govora ako pojačamo intenzitet stimulacije slušne povratne spregе. Spomenuti efekti pokazuju da slušna povratna sprega kontrolira glasnoću govora. Chang, Pick i Siegel (1975) su utvrdili da na svaka 2 dB pojačanja govornog feed-backa (sidetone) razina glasnoće stvarnog govora opada za 1 dB. To je još jedan razlog da u filterskoj korekciji govora ne prelazimo intenzitetski optimum jer će pacijent govoriti to tiše što je intenzitet stimulacije veći.

Tihi govor gubi čvrstoću i kvalitetu artikulacije, a to umanjuje uspješnost terapije. Nepravilnom upotreboru elektroakustičkih uređaja možemo načiniti više štete nego koristi u korekciji govornih poremećaja. To bi trebao biti važan razlog da se u logopediji obrati još više pažnje proučavanju elektroakustike, akustike govora i slušne akustike.

2. 3. Filtriranje i slušanje govornog zvuka

Elektroakustička pomagala su korisna u korekciji govornih poremećaja, ali moramo ih znati pravilno primijeniti. Nije dovoljno poznavati samo parametre filtra, nego treba znati procijeniti kako će stvarno izgledati „zvučna slika“ koju pacijent percipira. Slušalice na glavi pacijenta prigušuju intenzitet zvuka iz okoline za 20 fona (prosječna vrijednost). Ako logoped govorovi glasnoćom od 55 fona, pacijent sa slušalicama čuje taj govor intenzitetom od 35 fona (zbog prigušenja slušalice od 20 fona). Kada je elektroakustički uređaj uključen, treba paziti da intenzitet na slušalicama ne prelazi 55 fona (teoretski kako ne bi došlo do nepoželjnog „sidetone amplification“ efekta. To znači da izvor filtriranog signala ima razinu 55 fona, a intenzitetska razina vanjskog zvuka na pacijentovom uhu iznosi 35 fona, odnosno da dinamika krivulje slušanja iznosi samo 20 fona. Dakle, u korekciji govora može zadovoljiti filter s dinamikom od 20 dB, a povećanje dinamike filtra ne utječe bitno na promjenu „zvučne slike“ percipiranog zvuka. Bez obzira da li koristimo filtre s dinamikom od 25, 60 ili 100 dB, stvarna dinamika slušanja bit će uvijek samo 20 dB. Iako u normalnom govoru

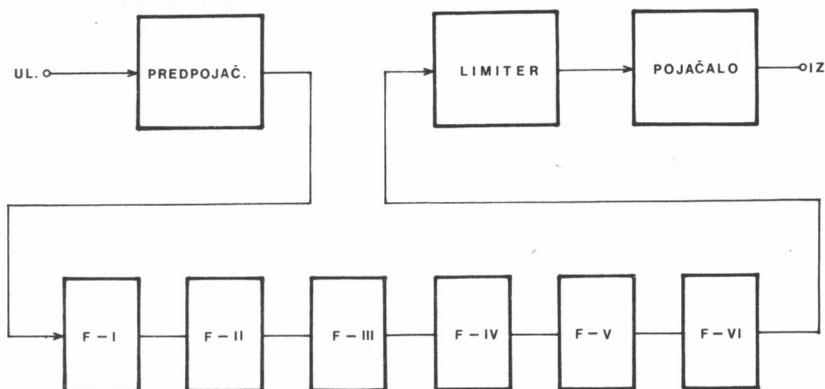
intenzitet varira (dinamika govora), dinamika slušanja (suma filtriranog i nefiltriranog signala) bitno se ne mijenja.

3. TEHNIČKE KARAKTERISTIKE ADG-a

3. 1. Parametarski ekvalizator

Kao što je već spomenuto, u korekciji govora može zadovoljiti filter s minimalnom oktavnom dinamikom od 20 dB. Slijedeće poželjne karakteristike filtra u korekciji govora su: mogućnost promjene selektivnosti filtra, mogućnost biranja odgovarajućih frekvencijskih pojaseva i mogućnost promjene pojačanja ili gušenja tih pojaseva. Važan uvjet prije gradnje ADG-a bila je cijena koštanja izgradnje filtra. Tim zahtjevima udovoljava ekvalizator s kontinuirano promjenljivim parametrima autora M. Krajnovića (1980). Cijeli uređaj građen je u integriranoj tehnici primjenom linearnih operacijskih pojačala što osigurava nisku i ekonomski konkurentnu cijenu, a uređaj istodobno udovoljava oštrom kriterijima kvalitete. Taj parametarski ekvalizator ima mogućnost kontinuirane promjene svih parametara filtra, a to su: promjena frekvencije (ω), promjena faktora dobrote filtra (Q) i mogućnost promjene pojačanja/gušenja filtra (A_v). Autor navodi ove mogućnosti primjene ekvalizatora:

- linearizacija akustičkog prostora,
- korekcija frekvencijske karakteristike zvučnog sustava,
- korekcija frekvencijske karakteristike glazbenih instrumenata,
- smanjenje pozitivne akustičke reakcije,



Sl. 2. Blok—shema ADG—a.

- povećanje razumljivosti govora,
- korekcija glasovnih i govornih mana,
- potiskivanje smetnji na komunikacijskim linijama,
- izofonska korekcija,
- dobivanje tonskih efekata.

Krajnovićev ekvalizator sastoji se od četiri serijski spojena filterska sklopa. Uređajem se može izdvojiti bilo koja rezonantna frekvencija (f_o) u rasponu od 31 Hz do 16 kHz. Promjena Q faktora kreće se u granicama od 1 do 8, a to je ujedno i promjena selektivnosti filtra s kontinuiranom promjenom širine pojasa u rasponu od 1,5 oktave do 1/4 oktave. Pri tome je moguća i kontinuirana promjena pojačanja/gušenja od ± 11 dB (Q=1) do ± 33 dB (Q=8).

ADG je modificirana i proširena varijanta parametarskog ekvalizatora. Naime, kako je namjena ADG—a vezana uz teškoće glasa i govora, bile su nužne neke tehničke promjene koje uđovoljavaju specifičnim zahtjevima akustike govora i slušanja. ADG sadrži ukupno šest serijskih vezanih filtera (Sl. 2.). Umjesto kontinuirane promjene frekvencije svaki filter može izdvojiti tri fiksna, točno određena

frekvencijska pojasa koji odgovaraju pojedinim optimalama glasa. Svaka izdvojena optimala može se još i kontinuirano pomicati u oba smjera pola oktave. Atenuatorom se mogu birati po dvije razine gušenja ili pojačanja kao i srednji, neutralni položaj (linearno propuštanje svih frekvencija). Svaki položaj pojedinog atenuatora signaliziran je odgovarajućom LED-indikacijom koja omogućuje uočavanje bitnih karakteristika odabrane kružulje. Promjena Q faktora kod ADG—a kreće se u granicama od: Q=1,4 (širina pojasa od jedne oktave) pa do Q=4,3, gdje širina pojasa iznosi trećinu oktave (tercno filtriranje). Dakle, s kontinuiranom promjenom Q faktora ADG prelazi od oktavnog preko poluoktavnog u tercni filter. Pri tome maksimalno pojačanje/gušenje (A_v) rezonantne frekvencije (f_o) iznosi:

$$A_{\text{okt.}} = \pm 19 \text{ dB}$$

$$A_{\text{p.okt.}} = \pm 25 \text{ dB}$$

$$A_{\text{terc.}} = \pm 30 \text{ dB}$$

Iz toga proizlazi da je pojačanje/gušenje pojasa (-3 dB) kod oktave ± 16 dB,

poluoktave ± 22 dB i terce ± 27 dB. Promjena Q faktora izvedena je kliznim („šiper“) potenciometrima koji su vertikalno postavljeni na komandnoj ploči ADG-a što je inače karakteristika tzv. grafičkih ekvalizatora. Zbog takve izvedbe komandne ploče imamo i zorno (grafičku) predodžbu filtarske krivulje što je vrlo važno u logopedskom radu.

3. 2. Limiter intenziteta

Sastavni dio ADG-a je limiter intenziteta. To je poseban elektronički sklop koji se nalazi iza filtarskog sustava a ima zadaću da ograniči maksimalne amplitude izlaznog signala. Naime, ako npr. dvije susjedne terce maksimalno prigušimo, a druge dvije istovremeno maksimalno pojamo, tada dinamika krivulje može doseći i 70 dB. Tada vrhovi amplituda (pikovi) mogu biti intenzitetski neugodni za slušanje i zato ih treba ograničiti (limitirati) na razinu koja neće prelaziti fiziološki optimum slušanja. Limiter ne smanjuje dinamiku krivulje, nego ravnomjerno snižava naponsku razinu cijelokupnog signala u trajanju od 1 – 4 s. Potenciometrom se može po želji udesiti intenzitetska razina aktiviranja limitera nakon čega se on automatski uključuje. Kontrola razina signala vrši se digitalno. Logički sklop smanjuje analogni signal skokovito za –6 dB, –12 dB, –18 dB i –30 dB. Ako smanjenje signala iznosi –6 dB, tada je vrijeme limitiranja ograničeno na jednu sekundu, odnosno ako je smanjenje –30 dB, tada vrijeme limitiranja iznosi 4 s. Da li će prigušenje biti manje i kraće ili veće i duže, ovisi o amplitudi filtriranog signala i priagođenosti potenciometra. Automatsko

uključenje limitera signalizirano je LED-indikatorom.

3. 3. Radne mogućnosti ADG-a

ADG može izdvojiti ukupno 18 frekvenčijskih pojaseva koji su prikazani tabelarno kao oktave (f_1 početna, a f_2 krajnja frekvencija oktave) s pripadajućom rezonantnom frekvencijom (f_o) koja se izračunava po formuli:

$$f_o = \sqrt{f_1 \cdot f_2}$$

Izuzetak su pojasevi označeni sa x_1 ... x_4 gdje pojačani pojasevi $x_1+x_2+x_4$ daju maksimalnu razumljivost govora muškarca, a $x_1+x_3+x_4$ daju maksimalnu razumljivost za govor žene.

Tablica 1.

Frekvenčijski pojasevi ADG-a s pripadajućim rezonantnim frekvencijama.

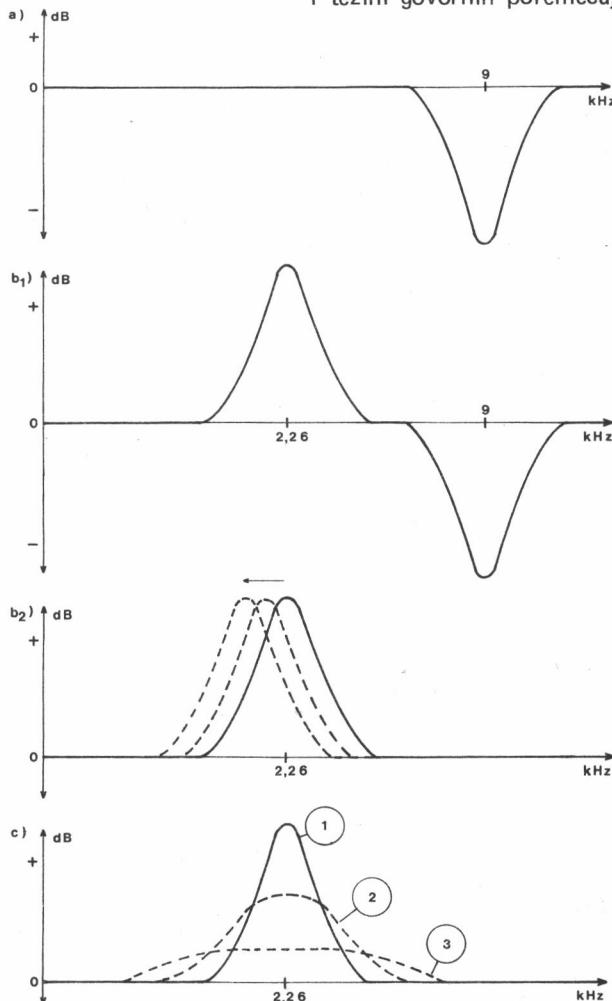
	f_1	f_2	f_o	filtrar
	88 –	176	185	
	150 –	300	212	I
	200 –	400	283	
x_1	300 –	400	346	
	300 –	600	424	II
	400 –	800	566	
x_2	800 –	1600	1131	
	900 –	1700	1236	III
	1200 –	2400	1697	
x_3	600 –	1200	849	
	1100 –	1900	1446	IV
	1600 –	3200	2263	
x_4	2500 –	3000	2739	
	2400 –	4800	3394	V
	4800 –	9600	6788	
	3200 –	6400	4525	
	6400 –	12800	9051	VI
	8800 –	17600	12500	

Uređaj može istovremeno izdvojiti do 6 optimala (toliko ima filtara). Pri tome su moguće sve kombinacije parametara kod svih izdvojenih optimala. Tako npr. možemo prigušiti najnižu i najvišu oktavu, a istovremeno pojačati terce za maksimalnu razumljivost govora. Zbog velikih mogućnosti promjene parametara, pomoću

ADG-a mogu se ostvariti nekoliko tisuća različitih frekvencijsko-intenzitetskih krvulja u rasponu od 20 Hz do 20 kHz s dinamikom od 0 do 60 dB.

4. PRIMJENA ADG-a

Način primjene ADG-a ovisi o vrsti i težini govornih poremećaja. U nekim će



Sl. 3.

Primjer korekcije glasa (š) koji je supstituiran s glasom (s). Prikazane su sve tri faze (a, b, c).

slučajevima korekcija biti složenija (više faza terapije), a ako je poremećaj lakši, i korekcija će biti jednostavnija. Kako se u praksi najčešće susrećemo s poremećajima artikulacije koji se očituju kao supstitucije i distorzije glasova, postupak korekcije pomoću ADG-a odvija se kroz tri osnovne faze:

1. Auditivna redukcija poremećenog glasa,
2. Akustička diskriminacija poremećenog i pravilnog glasa,
3. Fiksacija glasa.

U prvoj fazi pronalazimo pomoću ADG-a optimalnu poremećenog glasa. Najlakše ćemo je pronaći tako da pojačamo optimalnu onog glasa koji je zvučno naj-sličniji poremećenom glasu. Zatim, kontinuiranim pomicanjem optimale (k nižim ili višim frekvencijama) određujemo točno mjesto greške. Nakon pronađenja pogrešne optimale prebacujemo attenuator u položaj za maksimalno gušenje i udešavamo Q faktor tako da postignemo što potpuniju auditivnu redukciju (prigušivanje) „isključivanje i zaboravljanje“ pogrešnog glasa. Kada pacijent postane dovoljno indiferentan prema pogrešnom glasu (razbijena je stara slušna navika), prelazi se u drugu fazu korekcije.

U drugoj fazi postupak korekcije ovisi o tome da li se radi o supstituciji (ili jakim distorzijama) ili je poremećaj u obliku lakših distorzija. Kod supstitucija zadržavamo i dalje gušenje greške, a uz to intenzitetski pojačamo optimalnu (uz podešavanje Q faktora) glasu koji tražimo (Sl. 3.b₁). Kod lakših distorzija linearno propuštamo cijeli spektar uz pojačanje optimale kojoj možemo pomaknuti rezonantni vrh u smjeru suprotnom od greške (uz povećanje Q faktora) (Sl. 3.b₂). Kada

dobijemo traženi glas, prelazimo u treću fazu korekcije.

U trećoj fazi zadržavamo pojačanu standardnu optimalnu. U toku te faze postupno smanjujemo Q faktor (širimo propusni pojas i smanjujemo dinamiku filterske krivulje) (Sl. 3.c_{1–3}). Kada smo fiksirali glas na vrlo blagoj, gotovo linearnoj krivulji (c₃), upotreba filtra nije više nužna. Postupak fiksacije dovršava se bez ADG-a.

5. REZULTATI I DISKUSIJA

ADG koristimo eksperimentalno u Zagovu za zaštitu majki i djece, Zagreb. Za sada imamo samo prototip uređaja koji ne predstavlja konačno tehničko rješenje ADG-a pa su moguće i neke promjene. Još se ne mogu dati znanstveno verificirani rezultati o uspješnosti primjene ADG-a jer to prelazi materijalne i fizičke mogućnosti autora. Ipak, treba konstatirati da se tehničko rješenje i primjena ADG-a temelje na:

1. znanstvenim spoznajama o psihos-akustičkim karakteristikama glasa, govora i slušanja,
2. upotrebi parametarskog ekvalizatorskog sustava koji zasad predstavlja najkreativnije rješenje u području filterske tehnologije.

U skladu s navedenim konstatacijama mogu se očekivati pozitivni rezultati upotrebe ADG-a u logopedskoj praksi. Dosadašnja upotreba ADG-a dala je vrlo dobre rezultate u korekciji dislalija kod kojih je uređaj uglavnom i korišten. Uredajem se rukuje vrlo jednostavno i brzo što omogućuje svakom logopedu da lako ovlada upotrebot ADG-a.

LITERATURA

1. Chang-Yit R., Pick H. L., Siegel G. M.: Reliability of Sidetone Amplification Effect In Vocal Intensity. *Journal of Communication Disorders*, Vol. 8, Nr. 4, New York, 1975, 317–324.
2. Jelaković T.: Zvuk. Sluh. Arhitektonika akustika. Školska knjiga, Zagreb, 1978.
3. Krajinović M.: Ekvalizator s kontinuirano promjenjivim parametrima, Elektrotehničar, br. 6, Zagreb, 1980, 171–174.
4. Parkins W. H.: Phonologic-Articulatory Disorders. Thieme-Stratton Inc., New York, 1983.
5. Simonović M.: Audiologija—I. Savremena administracija, Beograd, 1977.
6. Škarić I.: Artikulacijska optimalna glasa, Govor, br. 1, Zagreb, 1967, 40–45.
7. Škarić I.: U potrazi za izgubljenim govorom, Školska knjiga, Zagreb, 1982.
8. Vuletić Dušanka: Ekstraauditivni osjet u korekciji dislalia, Defektologija, br. 2, Zagreb, 1971, 41–49.
9. Vuletić Dušanka: Učenje materinjeg govora, Defektologija, br. 2, 1973, 22–29.

Summary

The acoustic sound discriminator (ASD) is an equipment by which better and easier differentiation of various sounds in regard to their psycho-acoustic and perceptive features is made possible. The equipment is suitable for learning and correction of pronunciation of different sounds, and therefore, it can be used in the rehabilitation of speech and hearing. Beside individual sound discrimination, better discrimination of different auditory-acoustic features of speech as for example: nasality, voicedness, rhythm, and maximum intelligibility of speech is made possible by the ASD. The therapy by the ASD has three phases. In the first phase the frequency range of the incorrectly pronounced sound is reduced to the maximum (auditive reduction), in order to reduce the faulty listening habit. In the second phase the frequency range of the correctly pronounced sound is amplified, so that the incorrect and the correct sounds are in maximum opposition (acoustic discrimination). When the correct sound has been acquired, the third phase begins. In this phase the new sound is fixed (sound fixation) in such a way that the intensity of filtering is continuously decreased. When the filtering curve approaches linear for all frequencies, it is not necessary to use the ADS any more. The correction is completed, if the patient uses the new sound in spontaneous speech without the ASD.