СОДЕРЖАНИЕ

Введение	7
1 Обзор существующих методов повышения разборчивости речи на осно	эве
модели слухового восприятия	10
1.1 Повышение разборчивости речи в шумных реверберационных сред	цах,
основанный на увеличении энергии речевого сигнала и «обратной»	>
фильтрации	10
1.2 Метод повышения разборчивости речи на основе новой методики	
уменьшения частоты для пользователей слуховых аппаратов,	
говорящих на северокитайском языке	12
1.3 Метод повышения разборчивости речи на основе удаления шума с	
помощью метода адаптивной фильтрации для людей страдающих	
нейросенсорной тугоухостью	14
1.4 Моделирование потери слуха с использованием компрессионных	
слуховых гаммачирп-фильтров	15
2 Анализ технического задания	17
2.1 Анализ требований к алгоритму	17
2.2 Анализ требований к программной реализации	17
2.3 Выбор и обоснование метода решения задачи	17
3 Разработка структуры и алгоритма работы системы повышения	
разборчивости речи.	19
3.1 Слух и слуховое восприятие	19
3.1.1 Строение слуховой системы	19
3.1.2 Возникновение слуховых ощущений	22
3.1.3 Влияние акустических условий на восприятие речи	23
3.2 Аудиометрия и аудиограмма	24
3.3 Принцип работы системы повышения разборчивости речи	26
3.3.1 Банк гамматон-фильтров	26
3.3.2 Настройка компрессора динамического диапазона (КДД)	30
3.3.3 Реализация КДД	33
3.4 Принцип работы системы моделирования потери слуха	35
4 Программная реализация системы повышения разборчивости речи	
4.1 Описание пакета MATLAB	37
4.2 Программная реализация системы повышения разборчивости речи	38
4.3 Описание вспомогательных функций	39
4.3.1 Функция gammatoneFast	39
4.3.2 Функция bark2frq	40
4.3.3 Функция ttest	
4.3.4 Функция iso226_rev	42

5 Технико-экономическое обоснование целесообразности проектирован	ия и
внедрения системы повышения разборчивости речи	43
5.1 Характеристика системы повышения разборчивости речи	43
5.2 Составление плана и определение трудоемкости выполнения науч	но-
исследовательской работы	43
5.3 Расчёт цены научно-технической продукции	46
5.3.1 Расчёт затрат по статье «Топливно-энергетические ресурсы	
для научно-экспериментальных целей»	46
5.3.2 Расчёт затрат по статье «Спецоборудование для научных	
(экспериментальных) работ»	47
5.3.3 Расчёт затрат по статье «Основная заработная плата научно-	
технического персонала»	48
5.3.4 Дополнительная заработная плата научно-технического	
персонала	48
5.3.5 Отчисления на социальные нужды (отчисления в фонд	
социальной защиты населения и обязательное страхование)	48
5.3.6 Накладные расходы	49
5.3.7 Полная себестоимость	49
5.4 Оценка уровня качества научно-технического результата	49
6 Анализ результатов тестирования системы	52
6.1 Подготовка данных для проведения эксперимента	52
6.2 Описание эксперимента	54
6.3 Результаты эксперимента	55
Заключение	
Список использованных источников	59
Приложение А	61
А.1 Программная реализация алгоритм системы повышения разборчи	вости
речи	61
А.1 Программная реализация алгоритм определения значимости	
результатов	67
Приложение Б	69

фильтров при нормальном слухе, при второй степени потери слуха и при третьей степени потери слуха аппроксимировать значениями в дБ для каждой субполосы. Аппроксимированные значения порогов комфорта представлены в таблице 3.2

Таблица 3.2– Значения для порогов комфорта

№	Порог комфорта при нормальном слухе	Порог комфорта при	Порог комфорта при
		второй степени потери	третьей степени потери
		слуха	слуха
1.	-40.2	-17.6	-7.6
2.	-36.1	-16.3	-5.9
3.	-39.1	-22.1	-10.5
4.	-37.5	-19.5	-5.2
5.	-36.5	-16.9	-7.8
6.	-37.2	-21.2	-11.9
7.	-42.4	-17.4	-9.3
8.	-39	-22.8	-5.5
9.	-40.6	-14.4	-11.7
10.	-41.8	-18.1	-11.7
11.	-41.4	-16.5	-10.9
12.	-37	-18.9	-9.7
13.	-34.4	-15.1	-4.9
14.	-42.6	-18.5	-9.6
15.	-41.4	-22.5	-11.4
16.	-41.4	-15.6	-8
17.	-41.6	-15.9	-7.9
18.	-40.5	-24.7	-11.8
19.	-41.5	-22.1	-11
20.	-39.3	-17.8	-9.7

Блок-схема алгоритма настройки компрессора динамического диапазона сигнала представлена на рисунке 3.7.

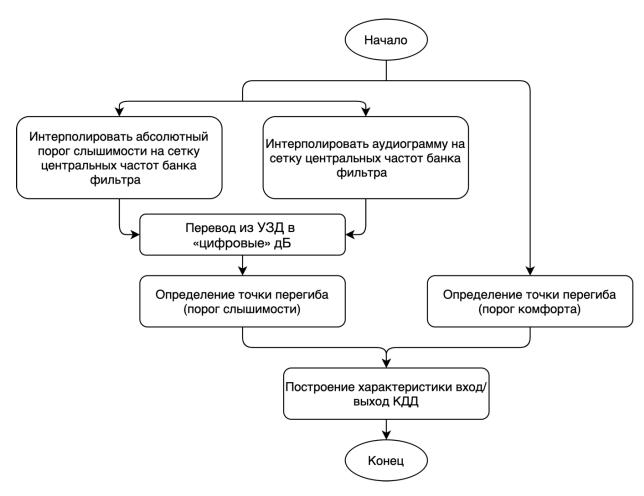


Рисунок 3.7 – Блок-схема алгоритма настройки КДД

Настройка системы повышения разборчивости речи на основе модели слухового восприятия и компрессии динамического диапазона сигнала по аудиограмме представлена на плакате ГУИР 460818.004 ПЛ к данной работе. На плакате отображены абсолютный порог слышимости и порог слышимости в норме, характеристика КДД для центральной частоты равной 1172 Гц, аудиограмма человека со второй степенью потери слуха, амплитудночастотная характеристика для банка гамматон-фильтров и их взаимосвязь для определения точки порога слышимости для настройки системы.

3.3.3 Реализация КДД

Для реализации КДД в каждой субполосе на выходе банка фильтров, на частотах f_C производится оценка мощности сигнала:

$$P_k^{in}[n] = \begin{cases} P_k[n-1]\alpha + x_k^2[n](1-\alpha), \text{если} x_k^2[n] > P_k[n-1] \\ P_k[n-1]\beta + x_k^2[n](1-\beta), \text{если} x_k^2[n] \le P_k[n-1] \end{cases}, \qquad (3.1)$$

$$k = 1, 2 \dots K,$$

Алгоритм такой проверки заключается в том, что для каждого участника эксперимента вычисляется разница между разборчивостью речи с применением и без применения метода коррекции слуха. При этом нулевая гипотеза подразумевает то, что истинная разность равна нулю. Для проверки этой гипотезы в среде MATLAB использовался t-критерий Стьюдента для вычисления р-значения с установленным пороговым уровнем значимости α который в данной работе был выбран $\alpha = 0.05$. Нулевая гипотеза отвергается, если р-значение меньше уровня значимости α [22].

Описание параметров данной функции представлено в таблице 4.3., а описание возвращаемых значений представлено в таблице 4.4.

Таблица 4.3- Описание параметров функции ttest

Параметры	Возможные значения	Описание	
	Массив чисел	Первая выборка	
X		значений	
27	у Массив чисел	Массир учест	Вторая выборка
y		значений	
	Строка	Название параметра,	
22 022 0		который задается	
name		следующим	
		параметром value	
value	Число	Пороговый уровень	
число число	vuiue	значимости	

Таблица 4.4— Описание возвращаемых значений функции ttest

Возвращаемые значения	Возможные значения	Описание
h	Число	Результат для нулевой гипотезы
p	Число	Уровень значимости
ci	Массив из двух чисел	Доверительный интервал
stats	Структура со следующими полями: <i>tstat</i> (число), <i>df</i> : (число)	Информацию о статистике теста

Исходный код программной реализации проверки приведен в приложении А.2.

5 ТЕХНИКО-ЭКОНОМИЧЕСКОЕ ОБОСНОВАНИЕ ЦЕЛЕСООБРАЗНОСТИ ПРОЕКТИРОВАНИЯ И ВНЕДРЕНИЯ СИСТЕМЫ ПОВЫШЕНИЯ РАЗБОРЧИВОСТИ РЕЧИ

5.1 Характеристика системы повышения разборчивости речи

Проводимая научно-исследовательская работа заключается в проектировании системы повышения разборчивости речи на основе модели слухового восприятия и компрессии динамического диапазона сигнала.

По состоянию на 2021 год более 430 миллионов человек нуждаются в реабилитации для решения проблемы потери слуха. По прогнозам, к 2050 г. по меньшей мере 700 миллионов человек будут нуждаться в реабилитационных услугах в связи с потерей слуха и около 2,5 миллиарда человек в той или иной степени будут страдать от проблем со слухом. В связи с этим существует задача оперативной коррекции слуховых патологий.

Главная область применения разработанной системы – слуховые Основная системы повышения разборчивости аппараты. цель заключается в непосредственном усилении входного сигнала и повышения разборчивости в соответствии с характеристикой слуха тугоухого человека. Важной особенностью системы является применение в ней банка гамматонфильтров, имитирующего механизм частотной декомпозиции звука в ухе. Другой особенностью системы является её автоматическая настройка по аудиограмме слабослышащего человека. Эти особенности помогают разработать систему, которая справляется задачей повышения разборчивости лучше, чем ряд существующих методов.

5.2 Составление плана и определение трудоемкости выполнения научно-исследовательской работы

Данная работа проводится в рамках внутреннего исследования университета с дальнейшим развитием в научных статьях и журналах. План на проведение научно-исследовательской работы представлен в таблице 5.1. В данном плане отражены этапы проектирования системы повышения разборчивости речи на основе модели слухового восприятия и компрессии динамического диапазона сигнала, а также количество и состав исполнителей: научный руководитель и ответственный исполнитель.

Основными методами определения трудоёмкости являются система аналогов, метод прямого счёта и метод экспертных оценок. В данной работе при расчете трудоемкости использовался метод прямого счета. При прямом

низких частотах использованный банк фильтров имеет длинную импульсную характеристику, что увеличивает количество операций с сигналом.

Настройка КДД выполнена согласно аудиограммам для второй и третьей степени потери слуха.

Для проверки работоспособности системы выполнено её MATLAВ-моделирование. В качестве входного сигнала использовался речевой сигнал, спектрограммы и временное представление которого представлены в графическом документе ГУИР 460818.005 ПЛ к данной работе. Кроме того, на плакате отражены спектрограммы сигнала, обработанного методом модерирования потери слуха и методом повышения разборчивости речи для второй степени потери слуха. Этот сигнал является пятнадцатисекундным отрезком аудиодорожки (таблица 1), которую давали прослушать участникам эксперимента. Данные спектрограммы объясняют результаты эксперимента, которые также представлены на данном плакате в виде гистограмм.

Из результатов, отраженных на плакате видно, что используемая система КДД выполняет частотно-зависимое усиление, что, в свою очередь, приводит к увеличению уровня исходного звукового сигнала и положительно влияет на разборчивость речи. Искажения, появляющиеся в результате обработки, не влияют на общий уровень разборчивости речи и возможность идентифицировать говорящего человека.

Стоит отметить, что существует возможность проведения усовершенствования полученной системы в результате проектирования, например путем добавления дополнительной точки перегиба (болевого порога) для характеристики вход/выход КДД. Это позволит избежать такой формы искажения звука, как клиппинг.

ПРИЛОЖЕНИЕ А

(обязательное)

Код программы

А.1 Программная реализация алгоритм системы повышения разборчивости речи

```
close all; clc;
% Инициализация констант
K = 21;
frame size = 256;
coefficient a = 0.9900; % attack time coefficient
coefficient_b = 0.9992; % release time coefficient
freq_aud = [125 \ 250 \ 500 \ 750 \ 1000 \ 2000 \ 3000 \ 4000 \ 6000 \ 8000]; % сетка частот
% НТ = [24 30 36 35 34 40 42 44 41 40]; % 1я степень тугоухости
HT = [43 50 50 47 45 50 52 53 58 60]; % 2я степень тугоухости
% НТ = [53 66 60 62 64 54 60 67 69 70]; % Зя степень тугоухости
% НТ = [70 75 76 78 80 77 79 80 82 84]; % 4я степень тугоухости
input signal = zeros(1,2^12);
input signal(1,1) = 1;
bark sc=1.5:1:K-0.5;
CL in 2 = [-40.2, -36.1, -39.1, -37.5, -36.7, -37.2, -42.4, -39, -40.6, -41.8, -41.4, -
37, -34.4, -42.6, -41.4, -41.4, -41.6, -40.5, -41.5, -39.3;
CL out 2 = [-17.6, -16.3, -22.1, -19.5, -16.9, -21.2, -17.4, -22.8, -14.4, -18.1, -19.5, -14.4, -18.1, -19.5, -14.4, -18.1, -19.5, -14.4, -18.1, -19.5, -14.4, -18.1, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -19.5, -1
16.5, -18.9, -15.1, -18.5, -22.5, -15.6, -15.9, -24.7, -22.1, -17.8;
CL in 3 = [-40.2, -36.1, -39.1, -37.5, -36.7, -37.2, -42.4, -39, -40.6, -41.8, -41.4, -
37, -34.4, -42.6, -41.4, -41.4, -41.6, -40.5, -41.5, -39.3;
CL out 3 = [-7.6, -5.9, -10.5, -5.2, -7.8, -11.9, -9.3, -5.5, -11.7, -11.7, -10.9, -9.3, -5.5, -11.7, -11.7, -10.9, -10.9]
9.7, -4.9, -9.6, -11.4, -8, -7.9, -11.8, -11, -9.7];
CL in = CL in 2;
CL out = CL out 2;
% Выбираются центральные частоты банка фильтров в соответствии с
% психоакустической шкалой Барков
fc = bark2frq(bark sc);
[spl, freq iso] = \overline{i}so226 rev(0);
% Считывается входного звукого сигнала
addpath('input signals');
filename = 'черный ворон 25c';
cond = ' corr HL3';
[audio, fs] = audioread([filename '.mp3']);
audio input signal = audio(:, 1)';
output signal = gammatoneFast(input signal, fc);
create gammaton bank filter figure (output signal, K, fs, freq aud);
from digdb to spl = 105;
% Нахождение порога слышимости
interped_HT = interp1(freq aud, HT, fc, 'linear');
interped spl = interp1(freq iso, spl-from digdb to spl, fc, 'linear');
hi = interped HT+interped spl;
```

```
% Построение графиков аудиограммы, порогов слышимости в норме и при наличии
% патологии
create hearing thresholds figure (freq aud, HT, hi, freq iso, spl, fc);
% Происходит разложение входного сигнала на субполосы
audio output signal = gammatoneFast(audio input signal, fc);
% Производится коррекция амплитуд
corrected audio output signal = audio output signal.*1.8;
% Инициализация переменных
N frames=floor(length(corrected audio output signal(1,:))/frame size);
p start = repmat(2^{(-10)}, length(1:K-1), 1);
g begin = ones(length(1:K-1));
synthesized audio output signal = zeros(1, N frames * frame size);
processed audio output signal = zeros(K, N frames * frame size);
y = zeros(1, N frames * frame size);
% Конфигурация графика компрессора динамического диапазона
figure;
configure figure settings ('Компрессор динамического диапазона', 'Входная
мощность, дБ', 'Выходная мощность, дБ');
grid on;
for M=1:K-1
    % Определение точек перегиба компрессора динамического диапазона
    drc in = [-120 \text{ interped spl}(1,M) \text{ CL in}(M) 0];
    drc out = [-120 hi(1,M) CL out(M) 0];
    % Построение графика компрессора динамического диапазона
    plot (drc_in, drc_out, 'k', 'LineWidth', 1);
   plot (drc in, drc out, 'ok', 'LineWidth', 1.5);
    % Реализация алгоритма нахождения коэффициентов усиления для каждой
    % субполосы
    for N=1:N frames
        i beg = (N-1)*frame size+1;
        i end = N*frame size;
        x frame = corrected audio output signal(M, i beg : i end);
        % Разбиение каждой субполосы на фреймы для оптимизации алгоритма
        for j=1:frame size
            % Производится оценка уровеня мощности
            p cur = x frame(j)^2;
            if p cur > p start(M)
                p  start (M) = p  start (M) * coefficient a + p  cur * (1 -
coefficient a);
                p_start(M) = p_start (M) * coefficient_b + p_cur * (1 -
coefficient b);
            end
        end
        p end = p start (M);
        % Полученный уровень мощности переводится в дБ
        p = 10*log10(p end);
        % Вычисляется коэффициент усиления в каждой субполосе
        p out db = interp1(drc in, drc out, [p end db], 'linear');
        g_end_db = p_out_db - p_end_db;
        % Коэффициент усиления переводится из дБ в линейный маштаб
        g end = 10^{(g)} end db / 20);
        g line = interp1([0 frame size], [g begin(M) g end],1:frame size,
'linear');
```

```
g begin(M) = g end;
        % Производится усиления
        y(i beg:i end) = x frame.*g line;
    end
    % Синтез выходного сигнала
    synthesized audio output signal = synthesized audio output signal + y;
    processed audio output signal(M, :) = y;
end
create characteristic drc input output figure(drc in, drc out);
create input output subband signals figure (corrected audio output signal,
processed audio output signal);
% Построение графиков временного представления и спектрограмм входного и
выходного сигнала
create input output signal figure (audio input signal,
synthesized audio output signal, fs, freq aud);
% Запись выходного звукого сигнала
audiowrite([filename cond '.wav'], synthesized audio output signal, fs);
function create gammaton bank filter figure (corrected output signal, K, fs,
freq aud)
    figure;
   hold on;
    set(gca, 'YLim', [-90 0]);
    configure figure settings('', 'Частота, Гц', 'Амплитуда, дБ');
    for N=1:K-1
        [h, w] = freqz(corrected output signal(N,:),1,4096);
        hDb = 20*log10(h);
        wHz = w/pi*(fs/2);
        plot(wHz, hDb, 'LineWidth', 2.5);
    end
    grid on;
    ylim ([-72\ 0]);
end
function create hearing thresholds figure (freq aud, HT, hi, freq iso, spl,
    figure;
    array = 1:length(freq aud);
    hold on;
    plot (array, -1*HT, 'k', 'LineWidth', 2);
    ylim ([-70 \ 10]);
    xlim ([array(1) array(end)]);
    plot (array,-1*HT, 'ok', 'LineWidth', 2);
    grid on;
    set(gca, 'YTickLabel', [70:-10:-10]); %90,80,70,60,50,40,30,20,10,0,-10
    set(gca, 'XTickLabel', freq_aud);
    set(gca, 'XTick', array(1):array(end));
    set(gca, 'Clim', [-65 15]);
    configure figure settings('Аудиограмма при 2-ой степени тугоухости',
'Частота, Гц', 'Потеря слуха, дБ');
    figure;
    plot(freq iso, spl-80, 'k', 'LineWidth', 2);
    configure figure settings ('Абсолютный порог слышимости', 'Частота, Гц',
'Амплитуда, дБ');
   xlim ([freq iso(1) freq iso(end)]);
    ylim ([-90 \ 0]);
    grid on;
```

```
figure:
    plot(fc, hi, 'k', 'LineWidth', 2);
    configure figure settings ('Порог слышимости при патологиии', 'Частота,
Гц', 'Амплитуда, дБ');
    xlim ([fc(1) fc(end)]);
    ylim ([-90 0]);
    grid on;
end
function configure figure settings (titleSpecgram, xlabelSpecgram,
ylabelSpecgram)
    set(gca, 'Clim', [-65 15]);
    title(titleSpecgram);
    xlabel(xlabelSpecgram);
    ylabel(ylabelSpecgram);
    set(gca, 'FontName', 'Times New Roman');
    set(gca, 'FontSize', 18);
end
function create characteristic drc input output figure(drc in, drc out)
    % Передаточная характеристика устройства
    figure;
   plot(drc in, drc out);
    grid on;
    configure figure settings ('DRC Characteristic', 'Input magnitude, dB',
'Output magnitude, dB');
    xlim([-90 0]);
    ylim([-90 0]);
end
function create input output signal figure (audio input signal,
synthesized audio output signal, fs, freq aud)
    figure;
    subplot(2, 2, 1);
    specgram(audio input signal, 512, fs, kaiser(512,7),475);
    ylim ([0 freq aud(end)]);
    configure figure settings ('Спектрограмма входного сигнала', 'Время, с',
'Частота, Гц');
    subplot(2, 2, 2);
    specgram(synthesized audio output signal, 512, fs, kaiser(512,7),475);
    ylim ([0 freq aud(end)]);
    configure figure settings ('Спектрограмма выходного сигнала', 'Время, с',
'Частота, Гц');
    subplot(2, 2, 3);
    plot((1:length(audio input signal)) / fs, audio input signal);
    ylim ([-2 2]);
    xlim ([0 25]);
    configure figure settings('Временное представление сигнала', 'Время, с',
'Амплитуда, дБ');
    subplot(2, 2, 4);
    plot((1:length(synthesized audio output signal)) / fs,
synthesized_audio_output_signal');
    ylim ([-2 \ 2]);
    xlim ([0 25]);
    configure figure settings ('Временное представление сигнала', 'Время, с',
'Амплитуда, д\overline{B}');
end
```

```
function
create input output subband signals figure (corrected audio output signal,
processed audio output signal)
    figure;
    subplot(2,1,1);
    plot(corrected audio output signal);
    configure figure settings('Input signal', 'Time, s', 'Magnitude, dB');
    vlim([-1 \ \overline{1}]);
    subplot(2,1,2);
    plot(processed audio output signal);
    configure figure settings ('Output signal', 'Time, s', 'Magnitude, dB');
    ylim([-1 1]);
end
function create gammaton bank filter figure(corrected output signal, K, fs,
freq aud)
    figure;
    hold on;
    set(gca, 'YLim', [-90 0]);
    configure figure settings('', 'Частота, Гц', 'Амплитуда, дБ');
    for N=1:K-1
        [h, w] = freqz(corrected output signal(N,:),1,4096);
        hDb = 20*log10(h);
        wHz = w/pi*(fs/2);
        plot(wHz, hDb, 'LineWidth',2.5);
    end
    arid on;
    ylim ([-72\ 0]);
end
function f = bark2frq(b)
f=52547.6*(26.28-b-(22.11-1.1*b).*(b>20.1)/6.1-(3*b-6).*(b<2)/17).^(-1)-1960;
function [bm,env,delay] = gammatoneFast(x,cfs,fs,align)
    if nargin < 3
        fs = 16000; % default sampling frequency
    end
    if nargin < 4
        align = false; % default phase alignment
    end
    % check inputs
    assert(isvector(x) & isnumeric(x), 'iosr:gammatoneFast:invalidX', 'x must
be a vector')
    assert(isvector(cfs) & isnumeric(cfs), 'iosr:gammatoneFast:invalidCfs',
'cfs must be a vector')
    assert(isscalar(fs), 'iosr:gammatoneFast:invalidFs', 'fs must be a
scalar')
    assert(islogical(align) & numel(align) == 1,
'iosr:gammatoneFast:invalidAlign', 'align must be logical')
    % number of frequency channels
    numchans = length(cfs);
    filterOrder = 4; % filter order
    gL = 2^nextpow2(0.128*fs); % gammatone filter length at least 128 ms
    b = 1.019.*24.7.*(4.37.*cfs./1000+1); % rate of decay or bandwidth
    gt = zeros(gL, numchans); % Initialise IR
    tc = zeros(size(cfs)); % Initialise time lead
    phase = 0;
```

```
tpt=(2*pi)/fs;
    gain=((1.019.*b.*tpt).^filterOrder)./6; % based on integral of impulse
    tmp t = (0:gL-1)/fs;
    % calculate impulse response
    for i = 1:numchans
        if align
            tc(i) = (filterOrder-1)./(2*pi*b(i));
            phase = -2*pi*cfs(i)*tc(i);
        end
        gt(:,i) = gain(i)*fs^3*tmp t.^(filterOrder-1).*exp(-
2*pi*b(i)*tmp t).*cos(2*pi*cfs(i)*tmp t+phase);
    % if input is row vector, transpose to column vector
    rot = false;
    if size(x, 1) == 1
       x = x';
        rot = true;
    end
    % gammatone filtering using FFTFILT
   bm = fftfilt(gt,repmat(x,1,numchans));
    % Hilbert envelope
   env = abs(hilbert(bm));
    % delay due to time lead
   delay = round(tc.*fs);
    % remove time lead
    for i = 1:numchans
       bm(:,i) = [bm(delay(i)+1:end,i); zeros(delay(i),1)];
        env(:,i) = [env(delay(i)+1:end,i); zeros(delay(i),1)];
    end
    % transpose output if necessary
    if rot
       bm = bm';
        env = env';
    end
```

end